

157604

T.C.
EGE ÜNİVERSİTESİ
SAĞLIK BİLİMLERİ
ENSTİTÜSÜ

PERİODONTİTS NEDENİYLE
ÇEKİM ENDİKASYONU KONAN
VEYA
ÇEKİMİ PLANLANAN DİŞLERDE
ISIRMA KUVVETLERİİNİN DEĞERLENDİRİLMESİ

Oral Diagoz ve Radyoloji Programı

DOKTORA TEZİ

Dişhekimi

ESİN ALPÖZ

Danışman Öğretim Üyesi

Servet KANDEMİR

İZMİR 2004

ÖNSÖZ

Doktora çalışmam sırasında değerli fikirlerini, desteğini, yol göstericiliğini sunan doktora danışmanım sayın Prof. Dr. Servet KANDEMİR' e, araştırmamın tüm aşamalarında katkı sağlayan sayın Prof. Dr. Şükrü KANDEMİR' e teşekkür ederim. Çalışmamın gerçekleştirilmesi sırasında değerli yardımcıları için, tez izleme komitesi üyeleri sayın Prof. Dr. Gunnur LOMÇALI ve sayın Prof. Dr. Atilla KESERCİOĞLU' na, çalışmamızın gerçekleşmesini sağlayan Dokuz Eylül Üniversitesi Makina Mühendisliği Bölümü Öğretim Üyesi sayın Prof. Dr. Sami AKSOY' a, Anabilim Dalımız öğretim üye ve yardımcılarına, fakültemiz röntgen servisi teknisyenlerine, ayrıca verilerin istatistiksel olarak değerlendirilmesinde büyük emeği geçen sayın Dr. Timur KÖSE'ye, doktora çalışmamda bana maddi olanakları sağlayan E.Ü. Rektörlüğü Araştırma Fonu' na ve manevi desteğini esirgemeyen aileme ve eşime teşekkür ederim.

Bornova, IZMİR, 2004

Dt. Esin ALPÖZ

İÇİNDEKİLER

BÖLÜM I

GİRİŞ VE AMAÇ.....	1-3
---------------------------	------------

GENEL BİLGİLER.....	4-22
----------------------------	-------------

BÖLÜM II

GEREÇ VE YÖNTEM.....	23-31
-----------------------------	--------------

BÖLÜM III

BULGULAR.....	32-53
----------------------	--------------

BÖLÜM IV

TARTIŞMA.....	53-68
----------------------	--------------

BÖLÜM V

SONUÇ.....	69-70
-------------------	--------------

BÖLÜM VI

ÖZET.....	71-72
------------------	--------------

ABSTRACT.....	73-74
----------------------	--------------

BÖLÜM VII

KAYNAKLAR.....	75-82
-----------------------	--------------

ÖZGEÇMİŞ.....	
----------------------	--

GİRİŞ VE AMAÇ

Stomatognatik sistemin önemli fonksyonlarından olan çığneme işlemi, beyin sapında lokalize santral model oluşturucu merkezin kontrol ettiği ritmik bir harekettir. Bu ritmik hareket temporomandibular eklem, çığneme kasları ve periodontal ligamentteki reseptörlerden gelen bilgilerle modifiye olmaktadır. Bu reseptörlerin yer aldığı yapılardan herhangi birinde meydana gelen değişiklik sisteme yansımaktadır. Isırma kuvveti çığnemenin önemli bir komponentidir. Çığneme sırasında çığneme kasları tarafından oluşturulan çığneme kuvvetinin dişler arasına yansıyan kısmıdır. Çığnemenin kalitesi isırma kuvveti ölçülerek değerlendirilmektedir. Bu nedenle çığneme ile ilgili değişikliklerin belirlenmesinde isırma kuvveti ölçümleri önem taşımaktadır.^{2,8,7,50}

Isırma kuvveti ölçümünde farklı yöntemler geliştirilmiştir. İlk olarak 1681 yılında Borelli isırma kuvvetini mandibulanın kaldırabileceği ağırlığı ölçen basit bir düzenek yardımıyla belirlemiştir. Daha sonra dinamometrenin yer aldığı gnatodinamometreler geliştirilmiştir. Daha hassas bir şekilde ölçüm yapabilmek için gnatodinamotreye stengeç yerleştirilmiştir. Ancak bununla tek dişte, birden fazla kişide isırma kuvveti ölçme şansı yoktur. Son yıllarda tek dişte ve aynı aparatla birden fazla kişide ölçüm yapabilen stengeçli isırma çatalı geliştirilmiştir.²⁶

Çığneme kalitesini etkileyen faktörler ve bunların etkinliğini belirlemek amacıyla yapılan çalışmalarında, temporomandibular ekleme ait hastalıkların, periodontal hastalıkların ve diş kayıplarını kompanse etmek amacıyla yapılan protezlerin isırma kuvvetinde farklılıklar meydana getirdiği belirtilemektedir.^{21,15,48} Araştırmacılar bruksizmi olan hastalarda yaptıkları ölçümlerde isırma kuvveti miktarının arttığını belirlerken, temporomandibular düzensizliklerde ise çığneme kaslarının hassasiyetine bağlı oluşan ağrı sonucu isırma kuvvetinde azalma olduğunu saptamışlardır. Isırma kuvveti yönünden protez türleri

değerlendirildiğinde ise total protezlerin en az ısimra kuvveti uyguladığı belirlenmiştir. Sabit protezlerin ve implant destekli protezlerin sağlıklı dişlere yakın miktarda ısimra kuvveti uyguladığı saptanmıştır.

Çiğneme sırasında dişler arasında ortaya çıkan ısimra kuvvetinin periodontal membrandaki mekanoreseptörler tarafından modifiye edildiği bildirilmektedir.³⁴ Literatürde periodontitisli; alveoler kemik kaybı olan dişlerde periodontal membran alanı miktarının azaldığı dolayısıyla periodontal mekanoreseptörlerin sayısı azaldığı için ısimra kuvvetinin de azalacağı iddia edilmektedir. Bu konu ile ilgili yapılmış çalışma sayısı çok azdır. Watt ve arkadaşları⁸⁴ çalışmalarında maksiller ve mandibüler kesici dişlerdeki periodontal hastalığı az(1), orta(2), şiddetli(3) olarak skorlamışlar, ısimra kuvveti ile periodontal hastalığın şiddeti arasındaki ilişkiyi araştırmışlardır. Ancak bu araştırcılar çalışmalarında yer alan dişlerin alveoler kemik kaybı miktarını, periodontal hastalığı değerlendirme kriterlerini ve ısimra kuvvetini ölçme yöntemini belirtmemişlerdir. Lundgren ve Laurell³⁹ çalışmalarında periodontitisli destek dişlerin kullanıldığı köprülerde, strengeçli ısimra çatalı kullanarak yaptıkları ölçümelerde, tek noktada alınan ısimra kuvveti ölçümünün periodontal dokulada ve temporamandibular eklemde bulunan reseptörler tarafından sınırladığını belirtmişlerdir. Araştırcılar, ısimra kuvveti ölçümü sırasında hastaların uyguladığı kuvvetin dokularda oluşan ağrı nedeniyle kısıtlandığını ve bölgedeki periodontal membran doku miktarının ısimra kuvveti üzerinde etkili olduğunu saptamışlardır. Ancak ısimra kuvveti ölçümleri köprü gövdelerinden yapıldığı ve periodontitisli dişte direkt olarak ısimra kuvveti ölçülmemiği için bizim çalışmamızın bulguları ile karşılaştırılamamaktadır. Kleinfelder ve Ludwig³³ çalışmalarında periodontal doku desteği azalmış dişlerin ısimra kuvveti ile periodontal olarak sağlıklı dişlerin ısimra kuvveti arasındaki ilişkiyi araştırmışlardır. Sonuçta ısimra kuvveti ile periodontal desteği azalan dişlerle, sağlıklı dişler arasında ısimra kuvveti yönünden fark saptamamışlardır.

Bu çalışmanın amacı, periodontitis nedeniyle çekimine karar verilen veya çekimi düşünülen dişlerin (kesici, premolar, molar) ısimra kuvvetlerinin belirlenmesi, periodontal olarak sağlıklı dişlerinkileyie karşılaştırılması; alveoler

kemik kaybı miktarı ile cinsiyet, yaş, mobilite ile ısrarla kuvveti arasındaki ilişkinin araştırılmasıdır.



GENEL BİLGİLER

1.1Çığnemenin Tanımı

Çığneme stomatognatik sistemin önemli bir fonksiyonudur. Çığneme, besin maddelerinin yutulmaya hazır hale gelmesi için yapılan ve nöromusküler reflekslerden oluşan ve nöromusküler sistem tarafından yönetilen mandibular bir harekettir. Çığnemenin aktif ve pasif olmak üzere iki komponenti vardır. Çığneme kasları aktif ; mandibula, temporomandibular eklem ve dişler ise pasif komponenti oluşturur.^{26,73} Çığneme işlemi kesici dişlerin besinleri parçalamasıyla başlar ; yanak kasları ve dilin yardımcı ile molar ve premolar dişlerin besinleri öğütmesi ile devam eder. Çığneme işlemindeki ritmik çene hareketleri santral sinir sistemindeki model oluşturucu merkez tarafından kontrol edilmektedir. Stomatognatik sistem içinde yer alan dişler, çığneme kasları, alveoler kemik ve temporomandibular eklem nöromusküler sistemle birlikte bir bütün oluşturur. Çığneme kaslarından, periodontal ligamentten ve temporomandibuler eklemden gelen duysal feedback'ler çığnemenin temel özelliklerini değiştirebilmektedir. Periodontal membranındaki mekanoreseptörler tarafından, ağıza alınan gıdaların boyutu ve yapısılarındaki bilgiler santral sinir sistemine iletilerek, çığneme kaslarının aktiviteleri modifiye edilmektedir.^{7,33,36,91}

1.2. Çığneme Olayının Mekanizması

Çığneme sonradan öğrenilen ve deneyim ile gelişen bir işlemidir.⁶⁵ Çığnemenin nörolojik kontrol mekanizmasına ait ilk teori Sherrington (1917) 'a aittir.^{7,48} Sherrington anestezili kedilere ait gözlemlerine dayanarak çığnemeye ait refleks teorisini geliştirmiştir. Bu araştırcı refleks mekanizmasını şu şekilde açıklamaktadır : " Ağıza alınan gıda sonrası mandibula kapanmakta, gıdanın dişler ve sert damağa uyguladığı kuvvet çene açıcı refleksi yaratmaktadır. Bu siklus ağızındaki gıda bitene kadar devam etmektedir. Çığneme işleminin mekanizması basit olarak kortikal etkilenme ile başlamakta ; çenenin açılması , çığneme kaslarının gerilmesi, çene kapama refleksi ve çene açma refleksi ile devam etmekte, yutma işlemi ile son bulmaktadır"²⁷.

Daha sonra yapılan çalışmalararda araştırcılar, çığneme sistemi ile ilgili iki refleksin önemini vurgulamışlardır. Bu reflekslerden ilki myotatik (streç) reflekstir. Bu monosnaptik refleks çeneye anı kuvvet uygulandığında, masseter kasında gözlenmektedir. Kasın içerisinde yer alan kas içciklerinin anı kasılması sonucu oluşan afferent ileti, beyin sapındaki trigeminal motor nukleusa ulaşırak çene kapama refleksini yaratmaktadır. Bu refleks korteksten bağımsız gelişmesi ve çenenin istirahat konumunu belirlemesi nedeniyle önem taşımaktadır. Çığnemedede önemli rol alan ikinci refleks, ani uyarınlara karşı gelişen polisnaptik ve koruyucu özellikleki nosiseptif (fleksor)reflekstir. Nosiseptif refleks dişleri ve çevre dokuları ani ve şiddetli fonksiyonel kuvvetlerden korumakta ve mandibulanın açılması ile son bulmaktadır.^{4,40,41,54,77}

Çığnemenin mekanizmasını açıklayan diğer bir teori ise çığneme işleminin beyin sapında lokalize santral model oluşturucu merkez tarafından kontrol edildiğiidir. Santral model oluşturucu merkez dil, dişler, dudaklar, temporomandibuler eklem ve periodontal ligamentteki reseptörlerden sürekli bilgi almaktadır. Bu sürekli bilgi aktarımına feedback adı verilmektedir. Böylece dokuları hasardan koruyucu uygun bir model oluşturmaktadır. Bu teoriye göre

intraoral bölgeden gelen afferent impulslar olmasa bile çığneme işlemi devam etmektedir.⁵⁶ Araştırmacılar santral çığneme merkezinin varlığını desteklemek amacıyla ile insan ve hayvanlarda gingivaya, periodonsiyuma ve temporomandibular ekleme anestezi yaparak ritmik çığneme hareketlerini incelemişler ve anestezi sonrası ritmik çığneme hareketinin etkilenmediğini belirlemiştir.^{26,48} Bu teoriyi destekleyen diğer bir çalışmada araştırmacılar maymunların trigeminal sinirinin mezensefalik nükleusunu çıkarmışlar ve sonuçta ritmik çığneme hareketlerinin etkilenmediğini saptamışlardır. Bu verilerle, çığneme kaslarından gelen impulslar olmaksızın, çığneme işleminin gerçekleşebileceğinin kanıtladığını belirtmektedirler.⁴⁸

Çığneme işlemi beyindeki çığneme modeli merkezinden kaynaklanan ve modifiye edilen kompleks bir nörofizyolojik aktivitedir. Beyin sapında lokalize çığneme modeli merkezi teorisi araştırmacılar tarafından kabul görmesine rağmen doğal çığneme işleminde periferal uyarıcıların önemli etkisinin olduğu da bilinmektedir.^{49,68}

Çığneme biyomekanik yönden değerlendirildiğinde, mandibulanın çığneme sırasındaki hareketlerinin büyük önem taşıdığı bildirilmektedir.^{6,77} Kaldıraç, insanın kas gücünü desteklemek için kullanılan en eski ve basit yapılardan biridir. Bunlar, uygulanan kuvvet ve direnç kuvvetleridir ve temel ilkesi, güç ve hareketi artırmaktır. Çenelerin değişik bölgelerindeki ıslırma kuvvetlerinin farklı olmasını fiziksel bir kurala dayandıran ve çığneme kuvvetlerini kaldırıcı kanunları ile açıklayan ilk kişi Gysi'dir. Gysi'nin²⁸ açıklaması şu şekildedir : Çift taraflı bir çığnemedede mandibula 3. sınıf kaldırıcı olur ve her iki taraftaki çığneme kasları eşit kuvvetlerle çalışır. Mandibula, deşteği kondiller olan kaldıraca benzer, besin kitlesi direnci temsil eder. Besinler azılar bölgesine gittikçe çenenin gücü artmakta, kuvvet kolu

kısaltmakta ve destek görevi yapan kondillere daha az basınç gelmektedir. Bu nedenle ön dişlerle kesme işleminde uygulanan kuvvet, azi dişlerin çığneme işleminde uyguladığı kuvvetten daha azdır. Kasların çalışma kuvveti ise aynıdır.
28,58

1.3.Çığneme ve ısırma kuvvetine etkisi olan stomatognatik sistemdeki duysal reseptörler

Stomatognatik sisteme yer alan duysal reseptörler, farklı stimuluslara ait bilgileri santral sinir sistemine afferent nöronlarla iletirler. Stomatognatik sistemin fonksiyonu oral mukozada, perioral dokuda, periodontiyumda, pulpada, çığneme kaslarında ve temporomandibular eklemde bulunan reseptörlerden alınan bilgilerle(ağrı, basınç, termal, dokunma duygusu) düzenlenmektedir.^{2,4,9,49,85,91}

Stomatognatik sistemi oluşturan yapılarda innervasyonu sağlayan temel olarak dört çeşit duysal reseptör bulunmaktadır. Bu duysal reseptörler ; kas iççikleri, golgi tendon organı, paçını cisimcikleri ve nosiseptörler olarak sınıflandırılmaktadır.⁷⁷

Kas iççikleri kas fibrillerinin demet halinde toplanmasından oluşmuş, kas dokularının özelleşmiş reseptör organlarıdır. Kas iççikleri çığneme kaslarının uzunluğunu kontrol etmektedir. Kaslar gerildiğinde, intrafuzal fibrilleri de gerilir ve bu ileti afferent nöronlarla santral sinir sistemine iletilir. Bu ani gerilim ekstrafuzal ve intrafuzal fibrillerin uzamasına neden olur.^{55,62,68}

Golgi tendon organları ise temel olarak tendonlarda lokalize reseptörlerdir. Stomatognatik sisteme ait golgi tendon organlarının görevi, çığneme kaslarının gerilimini belirlemektir. Bu organlar çığneme sırasında reflekslerin düzenlenmesini sağlarlar. Kasların kontraksiyonu tendonlarda gerilim yaratarak golgi tendon organlarını stimule ederler. Tendonlara gelen gerilim golgi tendon organdaki reseptörleri stimüle eder.⁴⁹

Paçını cisimcikleri eklemelerde, tendonlarda, perostta ve subkutenöz dokularda lokalizedirler. Eklemelerde yoğun olarak bulunmaları nedeniyle temelde hareketin ve kuvvetli basıncın algılanmasında rol oynamaktadır. Her bir cisimciğin merkezinde yer alan çekirdekte, sinir fibrilleri sonlanmaktadır. Dokulara uygulanan basınç organı deform ederek, bu sinir fibriliini stimüle eder.³⁰

Nosiseptörler, çığneme sisteme ait dokuların çoğunda lokalize olan reseptörlerdir. Bu reseptörler ilgili dokuların konumlarını ve hareketlerini belirlemektedirler. Dokulara hasar verebilecek uyaranları afferent sinir fibrilleri yoluyla santral sinir sistemine iletirler. Genel olarak nosiseptörlerin birçok türü mevcuttur. Bazıları zarar verici mekanik ve termal uyaranlara cevap verirken diğerleri; çok hafif dokunsal uyaranlardan zarar verici uyaranlara kadar geniş bir yelpazede uyaranlara karşı hassastır. Bunların içinde hafif dokunmaya, basıncı hatta yüzdeki tüyün hareketine bile hassas olan yapılar vardır. Bu tür reseptörlere mekanoreseptör adı verilmektedir. Periodonsiyumda yer alan reseptörler ağızdaki gıdaların şekli, dokusu ve sertliği ile ilgili bilgi vermektedirler. Periodontal mekanoreseptörler ise farklı şiddetteki kuvvetleri ayırt edebilmektedirler. Kesici dişler 0.01 Newton'luk kuvvetleri ayırt edebilirken molarların ağrı eşiği 0.1 N' dur. Periodontal ligamentte yer alan mekanoreseptörlerin stimülasyonu elevatör kaslarının hareketini azaltmakta ve böylece dişleri koruyucu refleks mekanizması gerçekleşmektedir. Bu nosiseptif refleks ağrılı uyarana bağlı olarak gelişmektedir.^{6,19,25,72}

1.4. Çığneme kuvveti ve ısrıma kuvveti

Çığneme sırasında oluşan iki çeşit kuvvet vardır ; çığneme kuvveti ve ısrıma kuvveti. Çığneme kuvveti çene kapayıcı kasların maksimal istemsel kontraksiyonu sonucu çeneler arasında oluşan kuvvettir. Bu kuvvet, büyük oranda çığneme kasları tarafından oluşturulmaktadır.^{12,13,16,20,22,82} Çığneme kaslarının yaklaşık 40 cm^2 'lik alan kapladığı bu kasların her bir cm^2 'sinin

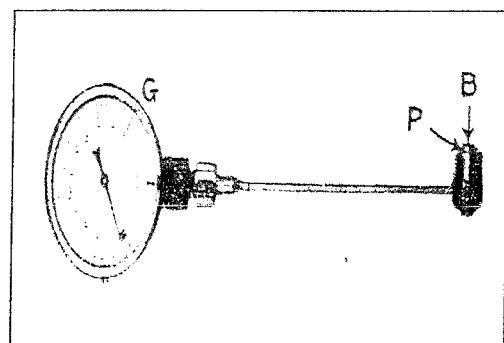
yaklaşık 10 kg'lık kuvvet uyguladığı ve sonuçta toplam çığneme kuvvetinin ortalama 400 kg'a ulaşabildiği belirtilmektedir. Çene kapayıcı kasların istemsel kontraksiyonu sırasında, dişler arasında ortaya çıkan kuvvet ise ısrارma kuvvetidir. Çığneme kuvvetinin sadece küçük bir miktarının dişler arasına ısrارma kuvveti olarak yansıldığı bildirilmektedir.^{93,24} Dişler arasında oluşan ısrارma kuvveti; periodontal membrandaki, alveoler kemikteki propriozeptörler tarafından kontrol edilmektedir.^{28,84,59,78}

1.5. ısrارma kuvveti ölçümü ile ilgili tarihçe ve ısrارma kuvveti ölçümünde kullanılan yöntemler

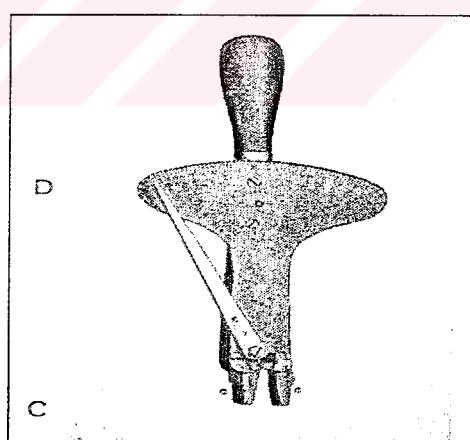
Günümüze degen ısrارma kuvvetinin ölçümünde kullanılan bu yöntemler birbirinden farklı sonuçlar vermektedir. ısrارma kuvveti ilk olarak 1681' de Borelli tarafından ölçülmüştür. Bu araştırcı, molar dişlere takılan bir yayın ucuna ağırlık asarak, mandibulanın kaldırabileceği maksimum ağırlığı saptamıştır. Mandibulanın kaldırma kuvvetini ölçen, ancak ısrارma kuvveti ile ilişkilendirilemeyen bu basit yöntemden sonra gnatodinamometre geliştirilmiştir. İlk dönemlerde kullanılan gnatodinamometrelerden bir tanesinde, metal yuva içerisinde hareket eden pistona ısrارma kuvveti uygulanmıştır. Dişlere zarar gelmemesi için pistonun üzeri plastik benzeri yumuşak materyalle kaplanmıştır. Bu sistemde pistona uygulanan kuvvet, pistonun ittiği sıvının, ince bir borucuk yardımıyla, sıvı basıncını ölçen alete aktarılması ile ölçülmektedir. Diğer bir gnatodinamometrede ise üzerinde skala bulunan metale, iki plaka eklenmiştir. Bu plakalardan hareket edebilenine yay eklenmiş, bu yaya ibre bağlanmış ve ısrارma sırasında, ibrenin skala üzerindeki hareketine göre ısrارma kuvveti ölçülmüştür.^{13,17,26,32,81} Buniara benzer mekanik gnatodinamometrelerin düşük hassasiyeti nedeniyle, ısrارma kuvvetinin ölçümü için yeni teknikler geliştirilmiştir.^{17,32} Strengeçli gnatodinamometrelerde gevşek pimlerle bağlı iki plaka arasına, ısrارma sırasında dişin pozisyonuna göre hareket edebilmesini

sağlayacak metal bir küre yerleştirilmiştir. Metal plakalar üzerine yerleştirilen strengeçler yardımıyla da ısrarma kuvveti ölçülmüştür. Ayrıca ısrarma kuvveti ölçülecek diş sayısı ile orantılı olarak hazırlanan plakalar üzerlerine uygulanan kuvveti ölçecek cihaza bağlanılmışlardır. Son yıllarda kullanılan, ısrarma çatalı adı verilen düzenekte ise; biri sabitlenmiş diğer ucu serbest bırakılmış iki metal bulunmaktadır. Metalin esnemesi sırasında oluşan boyutsal değişiklikler, sinyal kaydediciye aktarılmakta ve böylece ısrarma kuvveti belirlenmektedir.^{74,82,85,88} ısrarma çatalı kullanılarak tek bir dişte, çok kişide ısrarma kuvveti ölçülmesi mümkün olmuştur. ısrarma kuvvetinin ölçümünde kullanılan strengeçler protez plağı, kron veya inley içine yerleştirilerek de ısrarma kuvveti ölçülmüştür. Anderson tarafından 1953 yılında molar dişlerde okluzal inleyler içerisinde strengeçler yerleştirilerek, çığneme sırasında oluşan dinamik ısrarma kuvveti ölçülmüştür.^{26,81,84} ısrarma kuvveti ölçümünde kullanılan diğer bir yöntem de ses transmisyon yöntemidir. Bu yöntemde ekstraoral olarak yerleştirilen, sese ve basınca duyarlı transducerlar aracılığıyla ısrarma kuvveti ölçümü yapılmaktadır.¹⁶

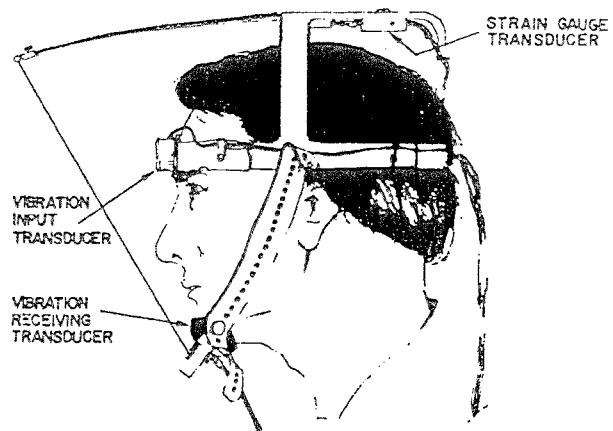
ısrarma kuvvetinin ölçümünde kullanılan bir başka yöntem ise Dental Prescale'dir. Bu yöntem ısrarma kuvvetini tüm dental arkta basınca hassas özel yapraklar kullanarak ölçen farklı bir sistemdir. Endüstride kullanılan Prescale adı verilen malzeme, dişhekimliğinde ısrarma kuvveti ölçümü için, uygun esneklikte ve kalınlıkta geliştirilmiştir. Basınca duyarlı yapraklar ısırlıldığında mikrokapsüller kırılmakta ve içerisindeki renk veren granüller dışarıya çıkmaktadır. ısrarma kuvveti sonrası açığa çıkan renk, (Dental Occlusion Pressuregraph) görüntü tarayıcısı yardımıyla değerlendirilmektedir. Bu yöntemde tek diş veya diş grubunda değil tüm diş arkında ısrarma kuvveti ölçülmektedir.^{23,54}



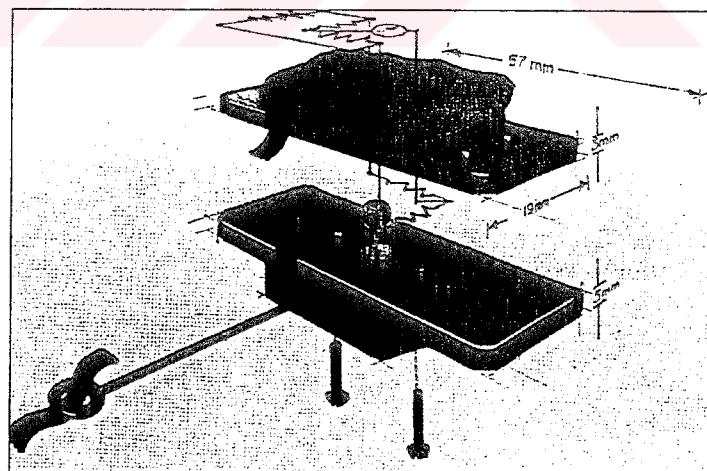
Resim 1: Isırma kuvveti ölçümünde
kullanılan pistonlu gnatodinamometre



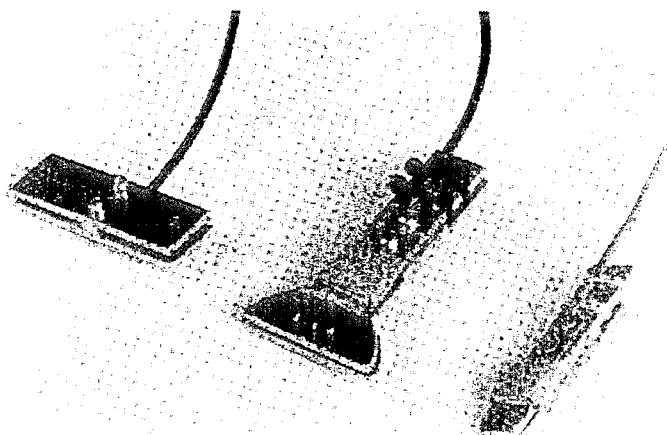
Resim 2: Isırma kuvveti ölçümünün
yapıldığı yaylı ve ibreli gnatodinamometre



Resim 4: Isırma kuvveti ölçümünde kullanılan ses transmisyon yöntemi



Resim 5: Isırma kuvveti ölçümünde kullanılan gnatodinamometre



Resim 6: Isırma kuvveti ölçümlünde kullanılan farklı isırma çatalları



Resim 7: Isırma kuvveti ölçümünün bölgesel olarak yapıldığı isırma çatalı

1.6. Isırma kuvveti ölçümünü etkileyen faktörler

Isırma kuvvetinin belirlenmesinde kullanılan ölçüm yöntemi ve araçlarının yanı sıra, birçok faktörün de isırma kuvveti üzerine etkisi olduğu belirtilmektedir.

a-Cinsiyet :

Isırma kuvveti üzerinde cinsiyetin etkisini incelemek amacıyla bir çok çalışma yapılmış ve bu çalışmaların tamamına yakınında kadınların isırma kuvveti değerlerinin erkeklerde oranla daha düşük olduğu saptanmıştır.^{80,83,88,89} Helkimo ve arkadaşları erkeklerde maksimum isırma kuvvetini isırma çatalı kullanarak molar bölgede 39 kg, kesiciler bölgesinde 18 kg ; kadınlarda ise molarlarda 22 kg, kesicilerde 11 kg olarak ölçümişlerdir.^{5,7,10,21,26,69}

b-Yaş :

Yaş ile isırma kuvveti miktarı arasındaki ilişkiyi inceleyen çalışmalarında , farklı sonuçlar elde edilmiştir. Bazı araştırmacılar^{3,65} isırma kuvvetinin çocukluktan itibaren giderek arttığını ve 20 ile 40 yaş arasında sabitlendiğini ve daha sonraki yaşlarda düşüse geçtiğini saptarken, bazıları da bireylerin ağız ve diş sağlıklarını koruduklarında, yaş faktörünün isırma kuvveti üzerinde etkili olmadığını belirlemişlerdir.^{5,21,51,79}

c- Isırma pratiği:

Ağrı korkusunun isırma kuvvetini olumsuz yönde etkileyebileceği ileri sürülmektedir. Özellikle maksimum isırma kuvvetinin kayıt edilmesi sırasında hastanın dişlerinin zarar göreceği korkusu nedeniyle daha az isırma kuvveti uygulayacağı belirtilmektedir.⁴⁸ Bu nedenle hastaların ölçüm öncesi isırma kuvvetini ölçecek apareyi tanımlarına izin verilmesiyle, ağrı korkusunun elimine edileceği bildirilmektedir. Ayrıca tekrarlanan isırma egzersizlerinin de,

ısimma kuvvetinde artışa neden olabileceği iler sürülmektedir. Brekhus ve arkadaşları^{26,73} yaptıkları çalışmalarında, 50 kişiye 50 gün süresince, bir saat süreyle parafin blok çiğnetmiş ve ısimma kuvvetini ölçümişlerdir. Otuz gün sonra, erkeklerde ısimma kuvveti değerinin 53 kg'dan 63 kg'a ; kadınıarda ise 35kg'dan 45 kg'a yükseldiğini saptamışlardır. Ancak deneyden iki hafta sonra ısimma kuvvetinin başlangıç değerlerine geri döndüğünü belirlemiştir.^{7,26,81}

d- Dentisyonun durumu:

Yapılan çalışmalarında, dişlerin dolgulu , kronlu olmasının, diş kayıplarının ve periodontal hastalıkların ısimma kuvveti miktarını etkilediği bulunmuştur. Kampe ve arkadaşları²⁷ dolgulu ve dolqusuz dişlerin ısimma kuvvetini karşılaştırdığı çalışmalarında, dolgulu molar dişerde ısimma kuvvetini ortalama 51 kg, dolqusuz dişerde ise 53 kg olarak bulmuşlardır. Bu bulguların ışığında dolgulu dişlerin ısimma kuvvetini olumsuz etkilediğini saptamışlardır.

Paphangkorakit ve arkadaşları⁶¹ yaptıkları çalışmada maksimum ısimma kuvvetini üst kesici dişlerde kronlu ve kronsuz olarak ölçümişlerdir. Sonuçta diş kronlandığı zaman ısimma kuvvetinde artış olduğunu saptamışlardır. Bu araştırcılar diş kronlandığı zaman dişe gelen kuvvetin tek bir noktaya değil de daha geniş yüzeye dağıldığını belirtmektedirler. Paphangkorakit ve arkadaşları⁶¹ dişlere uygulanan anı kuvvetlerin dentin tüberllerindeki sıvının hızlı hareketine neden olduğunu, dişe gelen kuvvet ne kadar lokalize olursa basınç artışının o kadar fazla olacağını ve dentin tüberllerindeki sıvının hızlı hareket edeceğini iddia etmektedirler. Bu araştırcılar çalışmalarında, kronlanmış dişlerde, ısimma kuvveti daha geniş alana yayıldığı için, stresin azaldığını ve ağrı eşinin de yükseldiğini saptamışlardır.

Dişlerin periodontal alan miktarının ısimma kuvvetini etkilediği bildirilmektedir. Periodontitis nedeniyle, periodontal alanı azalmış dişlere, yüksek miktarda ısimma kuvveti uygulandığında periodontal mekanoreseptörlerin devreye girdiği periodontal mekanoreseptörlerden giden

afferent ileti nedeniyle ağrı oluştuğu ve refleks inhibisyonu sonucu çenenin açıldığı, bunun sonucunda da daha az ısrarma kuvveti uygulandığı bildirilmektedir.^{37,53,84} Watt ve arkadaşları⁸⁴ 1958 yılında yaptıkları çalışmada maksiller ve mandibuler kesici dişlerdeki periodontal hastalığı az(1), orta(2), şiddetli(3) olarak skorlamışlar, ısrarma kuvveti ile periodontal hastalığın şiddeti arasındaki ilişkiyi araştırmışlardır. Bu araştırcılar periodontal skoru 1(az) olan lateral kesicilerde ısrarma kuvvetini ortalama 20 kg olarak belirlerken, periodontal hastalık skoru 3(şiddetli) olanlarda bunu 7.5 kg olarak belirlemiştir. Periodontal skoru 1 olan santral kesici dişlerde ısrarma kuvvetini 20 kg, periodontal skoru 2 olanlarda 12 kg, periodontal skoru 3 olanlarda ise 10 kg olarak saptamışlardır. Araştırcılar bu çalışmanın sonucunda periodontal hastalığın derecesi arttıkça, ısrarma kuvvetinin azaldığını belirlemiştir. Ancak bu araştırcılar periodontal hastalığın belirlenmesinde kullanılan kriterleri ve ısrarma kuvvetinin ölçümünde kullandıkları yöntemi açıklamamışlardır.

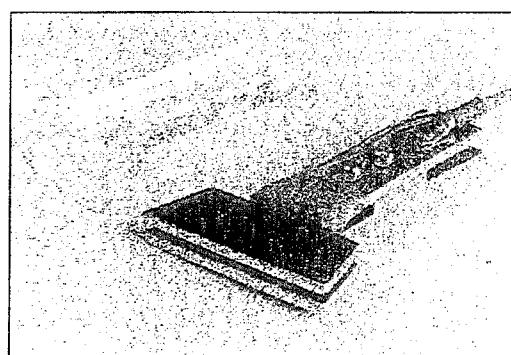
Waltimo ve arkadaşları⁸³ 1994 yılında yaptıkları çalışmalarında ısrarma kuvvetini ısrarma çatalı kullanarak, periodontal olarak sağlıklı tek bir dişte ve aynı dişin diğer komşu dişlerle splintlenmesi sonrası ölçümişlerdir. Araştırcılar üst santral dişte ısrarma kuvvetini 13.9-23.3 kg arasında ölçerken, splintlenme sonrası aynı dişte ısrarma kuvvetini 33.9-49.1 kg arasında saptamışlardır. Sonuç olarak periodontal alanın büyülüğu ile uygulanabilen ısrarma kuvveti miktarı arasında ilişki olduğunu, periodontal alan miktarı arttıkça ısrarma kuvvetinin de arttığını belirlemiştir. Lundgren ve Laurell³⁸ 1986 yılında periodontitili dişlerin destek alındığı köprülerde, köprü gövdelerinde ısrarma çatalı kullanarak yaptıkları ısrarma kuvveti ölçümlerinde, ısrarma kuvveti miktarı ile periodontal alanın büyülüğu arasında ilişki olduğunu belirlemiştir. Bu araştırcılar periodontal ligament alanı arttıkça ısrarma kuvvetinin de artacağını ileri sürmektedirler. Ancak bu araştırcılar periodontitili destek dişlerdeki alveoler kemik kaybı ile ısrarma kuvveti arasındaki ilişkiyi belirtmemiştir.

Kleinfelder ve Ludwig³² 2000 yılında ısimra çatalı kullanarak, % 50 alveoler kemik kaybı olan premolar dişlere akrilik başlık yerleştirdikten sonra ısimra kuvvetini ölçmüştür. Sonuçta, periodontitili dişler ile periodontal olarak sağlıklı dişler arasında ısimra kuvveti yönünden anlamlı fark saptamamışlardır. Araştırcılar çığneme sırasında uygulanan kuvvetlerin, çığneme kasları tarafından sınırlandığını ve periodontal doku miktarının etkisiz olduğunu savunmaktadır. Aynı araştırcılar çığneme sırasında periodontal dokuların, kuvvetleri toler'e edebilme kapasitelerinin sadece bir kısmının kullanıldığı ; dolayısıyla çığneme kuvvetlerinin periodontal doku kapasitesi ile değil, çığneme kasları ile sınırladığı belirtmektedirler.

Eksik dişlerin yerine yapılan total, hareketli bölümlü, sabit, implant destekli protezlerde ısimra kuvvetinin nasıl etkilendiğini belirlemek için çalışmalar yapılmıştır. Total protezlerin doğal dişlerin ancak dörtte bir veya üçte biri kadar ısimra kuvveti uygulayabildiği belirtilmektedir. Araştırcılar total protezlerde daha az ısimra kuvveti uygulanmasını şu şekilde açıklamaktadır. Doğal dişler tek tek alveol yuvaları içerisinde sabit olmalarına karşın, total protezlerde ortak bir kaide pliği üzerinde 14 tane diş, bir bütün olarak bulunmaktadır. Bu nedenle protezler, uygulanan kuvveti daha az alana yaymaktadır. Protez kullanıcılarının düşük ısimra kuvvetine sahip olmalarının bir başka nedeni de protezin kayma korkusunun olduğu düşünülmektedir. Protezlerinin kayması önlenebilir bireylerin daha yüksek ısimra kuvvetine sahip olduğu gözlenmiştir.^{7,44,81} Aşırı alveoler kemik kaybı olan dişlerin çığneme fonksiyonuna katkıda bulunamayacağı veya tedavi edilemeyeceği düşüncesi ile çekimi düşünülmektedir. Konu ile ilgili yapılan literatür taramasında alt-üst hareketli bölümlü protez taşıyan bireylerin ısimra kuvveti, sağlıklı dişlere sahip bireylerin uyguladığı ısimra kuvvetinin % 35'ine eş değerde olduğu, total protez taşıyanlarda ise bu oranın ancak % 11 olduğu belirlenmiştir.⁴⁷ Diğer bir makalede hareketli bölümlü protezlerin, sağlıklı dişlere göre en çok üçte bir, en az altıda bir oranında daha az kuvvetle çığneyebildikleri ileri sürülmektedir.

Ancak bu makalelerde ısimra kuvveti ölçümünün hangi yöntemle yapıldığı bildirilmemektedir.²⁶

Total protezlerin ısimra yeteneğini belirleyen daha detaylı çalışmalar yapılmıştır. Ancak total protezlerle ilgili yapılan çalışmalarında, sağlıklı bireylerde yapılan çalışmalara benzer şekilde, kullanılan yöntem ve ısimra kuvveti ölçüm cihazına bağlı olarak farklılıklar saptanmaktadır. Michael ve arkadaşları⁴³ total protezli bireylerden gnatodinamometre kullanarak yaptıkları ölçümelerde, ısimra kuvvetini bilateral olarak premolar ve molar diş gruplarını içeren diş segmentinden yaklaşık 10 mm'lik ağız açıklığında 16 kg olarak belirlemiştir. Lassila ve arkadaşları³⁵ ise maksiller ve mandibuler total protezli hastalarda 3 mm'lik ağız açıklığında, ısimra çatalı kullanarak ölçümeler yapmışlar ve ısimra kuvvetini ; molarlarda ortalama 16 kg, premolarlarda 10 kg, kesicilerde 4 kg olarak belirlemiştir. Yamashita ve arkadaşları⁸⁶ 2000 yılında total protezli bireylerde ısimra kuvvetini, gnatodinamometre benzeri özel tasarlanmış aparey kullanarak yaklaşık 23 mm'lik ağız açıklığında, bilateral olarak molar dişler bölgesinde ortalama 28.5 kg olarak olmuşlardır. Tortopidis ve arkadaşları⁷⁶ 1999 yılında 8 mm'lik ağız açıklığında, t şekilli ısimra çatalı kullanarak yaptıkları ısimra kuvveti ölçümelerinde total protezli bireylerde premolar dişler bölgesinde ısimra kuvvetini 11.5 kg olarak saptamışlardır.



Resim 7:Tortopidis ve arkadaşlarının
total protezli hastalarda ısimra kuvveti
ölçümünde kullandıkları ısimra çatalı

Fontijn ve arkadaşları¹⁵ 2000 yılında yaptıkları çalışmada strengeçli tranducer kullanarak, total protezli bireylerde tek taraflı ısimra kuvvetini premolarlarda ortalama 3.9 kg, kesicilerde 2 kg olarak saptamışlardır. Protez türleri arasında ısimra kuvveti yönünden en şansızı total protezler olarak belirlenmiştir. Lassila ve arkadaşları³⁴ çalışmalarında maksimum ısimra kuvvetini, ısimra çatalı kullanarak üst total alt parsiyel protezli bireylerde; molarlarda ortalama 15.5 kg, premolarlarda 13 kg, kesicilerde 6 kg olarak belirlemiştir. Üst çene sağlıklı veya parsiyel protezli, alt çene hareketli bölümlü protezli bireylerde maksimum ısimra kuvvetini ; molarlarda 17.5 kg, premolarlarda 16 kg, kesicilerde 12.5kg olarak ölçmüştür. Yamashita ve arkadaşları⁸⁷ ise parsiyel protezli bireylerde bilateral maksimum ısimra kuvvetini molarlarda ortalama 40 kg olarak saptamışlardır

Fontjin ve arkadaşları¹⁴ 1998 yılında yaptıkları bir çalışmada implant destekli protezlerde tek taraflı maksimum ısimra kuvvetini kesicilerde 9.5 kg olarak ölçmüştür. Aynı araştırmacılar 2000 yılında yaptıkları bir başka çalışmada implant destekli protez kullanan bireylerde, çığneme sırasında tek taraflı ısimra kuvvetini premolarlarda 6.9kg, kesici dişlerde 3.9kg olarak saptamışlardır.

e- Dişlerin dental arktaki yerleri.

ısimra kuvveti tüm dişler için aynı değerde değildir. Araştırmacılar, maksimum ısimra kuvvetinin molar dişlerden kesici bölgeye doğru gidildikçe azaldığını belirtmektedirler.⁹⁰ Bu araştırmacılar kesicilerde ortalama ısimra kuvvetini 20 kg, premolarlarda 35 kg ve molarlar bölgesinde 65 kg olarak saptamışlardır. Gibbs ve arkadaşları, Tortopidis ve arkadaşları ise ortalama ısimra kuvvetini premolarlarda 19 kg, molar dişlerde 30 kg olarak belirlemiştir.^{18,75}

Birinci molar dişler premolar ve kesicilerden üç kat daha fazla kuvvet oluşturmaktadır. Molar dişlerde gerilimin daha geniş bir alana yayılması ve ilgili kasların yapısı nedeniyle bu dişlerde premolar ve kesicilere kıyasla ısrarla kuvveti fazladır.^{26,7} Kesici dişler kök yüzey alanlarının molar dişlere oranla daha az olması nedeniyle daha az ısrarla kuvveti uygulamaktadır. Molar dişlerin maksimum ısrarla kuvveti 45-50 kg arasında, kesiciler bölgesinde ise 10 kg'dır.^{6,16,48,81}

Literatürdeki çalışmalarında ısrarla kuvveti ölçümlerinde kanın dişler kök yüzey alanlarının kesici dişlere oranla oldukça fazla olması nedeniyle⁸⁴, kesici dişler grubuna dahil edilmemiştir. Ayrıca kanın dişler ısrarla kuvveti ölçümü sırasında mandibulanın lateral hareketleri nedeniyle karşı taraftaki lateral pterygoid ve masseter kasında kontraksiyon oluşmaktadır. Bu kontraksiyonun istenmeyen ağrılara neden olacağı ve ısrarla kuvvetinin etkileneceği düşünülmektedir. Lyons ve arkadaşları⁴⁰ buna engel olmak için kanın dişlere akrilik başlık yapılarak ısrarla kuvveti ölçümünün uygun olacağını bildirmektedirler. Bu nedenle bazı araştırmacılar çalışmalarında kanın dişleri çalışma dışı bırakmışlardır.^{5,10,13}

f-Genel kas kuvveti, kas sisteminin fonksiyonel durumu ve bruksizm:

Bruksizm dişlerin nonfonksiyonel (parafonksiyonel) olarak sıkılması, kenetlenmesidir. Kronik bruksizm, bireylerin ısrarla kuvveti miktarında artışa neden olmaktadır. Gibbs ve arkadaşları¹⁷ bruksizm hastalarının çığneme kaslarının aşırı fonksiyona bağlı olarak, kuvvetli ısrarla kuvveti uyguladıkları hipotezini ileri sürümüştür. Bruksizm, temporomandibuler düzensizliklerde etyolojik faktör olarak değerlendirilmektedir. Temporomandibuler düzensizliklerde çığneme kaslarındaki hassasiyet ve ağrı nedeniyle çenelerin hareketliliği, dolayısıyla ısrarla kuvveti kısıtlanmakta ve bunun sonucunda ısrarla kuvveti miktarında azalma meydana gelmektedir.

Gibbs ve arkadaşları¹⁷ 15 yıllık bruksizm alışkanlığı olan ve buna bağlı, masseter ve temporal kas hipertrofili, kas hiperaktivitesi olan bireyde, ısrıma kuvvetini molar bölgede 443 kg olarak tespit etmişlerdir. Bildirilen bu değerler Borelli^{26,89} tarafından tespit edilen değerin 2.2, eskimoların ısrıma kuvvetinin 2.8, bruksizmi olmayan kişilerin ortalama ısrıma kuvveti değerlerinin 6, protez kullananların ise 28 katına ulaşmaktadır.

Atletlerde ölçülen ısrıma kuvvetinde kas yapılarının ve nöromusküler yapılarının üstünlüğü göz ardı edildiğinde atletik olmayanlara kıyasla bir fark saptanmamıştır. Atletlerin nöromusküler kontrollerinin ve kas gelişimlerinin daha iyi olması dışında ısrıma kuvveti açısından farkları bulunmamaktadır.⁸¹ ısrıma kuvvetinin oluşumunda beyindeki santral merkezlerin etkisini değerlendirmek için Kemppainen ve arkadaşları²⁹ beyin enfarktı geçirmiş, hemiplejili hastalarda ısrıma kuvveti ölçümleri yapmışlar, unilateral enfarktin çığneme sistemi üzerindeki etkilerini incelemiştir. ısrıma kuvveti ölçümlerini 10 mm kalınlıkta ısrıma çatalı kullanarak molar bölgede yapmışlardır. Beyin enfarktı geçirmiş bireylerde felçli tarafta molarlarda ısrıma kuvveti 29.2 kg olarak ölçülürken, sağlıklı bölgede 29.6 kg olarak belirlenmiştir. Araştırmacılar, bilateral lezyonlarda dilin motor fonksiyonlarının etkilendiğini, unilateral inhibisyonun ise etkisiz olduğunu bildirmiştir.²⁹

g- Ölçüm sırasında dişler arasındaki dikey açıklık :

ısrıma kuvvetinin belirlenmesinde ısrıma çatalının kullanıldığı durumlarda, dişler arası dikey boyutun önemi büyktür.⁴⁰ Bu etkileşimi değerlendirmek amacıyla yapılan çalışmalarдан ilki, Ralph Boos tarafından 1940 yılında, total dişsiz bireylerde yapılmıştır. Bu araştırmacı mandibulanın dinlenme konumunda maksimum ısrıma kuvvetinin uygulandığı ideal dikey boyutu saptamıştır. Araştırmacılar^{17,18,50} 15-20 mm'lik interinsizal mesafede ısrıma kuvvetinin iyi uygulandığını belirtmişlerdir. Bazı araştırmacılar^{26,50} ise 17 mm'lik interinsizal mesafede maksimum ısrıma kuvvetinin uygulanabildiğini, bu

mesafenin artışı veya azalmasının ıslırma kuvvetinde azalmaya neden olduğunu saptamışlardır. Yakın zamanda yapılan çalışmalar bu bulguları desteklemektedir.^{60,61,69} Tortopidis ve arkadaşları⁷⁵ 1998 yılında yaptıkları çalışmalarında ıslırma kuvveti ölçümlünde kullandıkları ıslırma çatalının plakaları arasında 8-10 mm'lik mesafe olduğunu belirtmektedirler.

GEREÇ VE YÖNTEM

Çalışmamız Ege Üniversitesi Dişhekimliği Fakültesi Oral Diagnoz ve Radyoloji kliniğine başvuran 78'i erkek, 67'si bayan olmak üzere toplam 145 birey üzerinde gerçekleştirildi(Tablo1). Çalışmaya dahil edilen dişlerin elde edildiği bireylerin yaş ortalaması deney grubunda $48,20 \pm 10,0$, kontrol grubunda ise $42,35 \pm 7.98$ idi.

Klinik ve radyolojik muayene bulguları değerlendirilerek, alveoler kemik kaybı nedeniyle çekim endikasyonu konan veya çekimi planlanan periodontitisli dişler deney grubuna dahil edildi. Bu özellikle 40 kesici, 40 premolar ve 40 molar diş olmak üzere toplam 120 diş deney grubunu oluşturdu. Deney grubuna dahil edilen dişler, radyografide alveolar kemik kaybı olan, bu nedenle çekim endikasyonu konan veya çekim riski bulunan ileri periodontitisli dişlerdi. Kontrol grubunda radyografide alveolar kemik kaybı olmayan, periodontal olarak sağlıklı 40 kesici, 40 premolar ve 40 molar diş yer almaktadır.

Tablo 1: Çalışmaya alınan bireylerin cinsiyete göre dağılımı.

	Erkek	Kadın	Genel
Çalışma	45 (% 59.2)	31 (%40.8)	76 (% 100)
Kontrol	33 (%47.8)	36 (% 52.2)	69 (% 100)
Genel	78 (% 53.8)	67 (% 46.2)	145 (% 100)

Çürük, restorasyonlu, kronlu, kanal tedavili dişler ve temporomandibular eklemler hastalığı ve bruksizmi olan bireyler çalışma dışı bırakıldı. Isırma kuvveti ölçülecek dişin antagonistinin olmasına dikkat edildi. İncelenen dişin antagonistinde yer alan diş periodontitisli ise, antagonist dişin üzerine dil basacağı yerleştirilerek isırma kuvveti ölçüldü. Isırma kuvveti ölçülmeden önce dişin klinik ataşman kaybı, cep derinliği, mobilite derecesi, plak indeksi, belirlendi. Cep derinliği dişin mesio-bukkal, bukkal, distobukkal, distolingual, lingual ve mesiolingual bölgelerinde ölçüldü. Belirlenen altı değerin ortalaması alınarak her dişin ortalama cep derinliği hesaplandı. Ataşman kaybı ölçümü dişin dört bölgelerinde yapılarak, elde edilen dört değerin ortalaması alındı ve ortalama ataşman kaybı hesaplandı. Elde edilen veriler hasta muayene formuna kaydedildi.

Çalışmaya alınan her dişten, film tutucu (Rinn bisectingangle instruments, USA) yardımıyla açıortay tekniği kullanılarak film çekildi. Röntgen çekiminde 70 KvP, 8 mA'lık, total filtrasyonu 2.5 mmAl olan röntgen makinasında, 0.20 saniye ışınlama yapıldı(Trophy, Vincennes, France). Röntgen çekiminde Agfa Dentus (D-speed) film kullanıldı. Röntgen çekilmenden önce, bilgisayarda ölçüm yapabilmek için, kalibrasyonun standardizasyonu amacıyla, 1 cm'lik, 0.6mm çapındaki tam yuvarlak ortodontik tel film üzerine yapıştırıldı ve ışınlanan filmlerin banyosu otomatik banyoda (Dent 24, Dürr XR, Germany) yapıldı.

Her dişten elde edilen radyografiler görüntü tarayıcısı (Epson Photo Stylus Perfection 1240U) aracılığıyla bilgisayar ortamına aktarıldı. Alveoler kemik kaybının belirlenmesinde gerekli ölçümler Image Tool 2.00 programıyla yapıldı. Vertikal kemik kaybı miktarını hesaplamak için öncelikle (hi) intra alveolar radyografik kök uzunluğu belirlendi. Intra alveolar kök uzunluğu, alveolar kemığının dişe yakın noktasının, uzun eksendeki izdüşümünden apekse olan uzaklık olarak belirlendi. Mezyal ve distalde kemik seviyeleri farklı ise, mezyal ve distalde ölçülen intra alveolar kök uzunlıklarının ortalaması hesaplandı. Radyografik kök uzunluğu (hg) ise dişin uzun ekseni üzerinde, mine- sement

sınırsından dışın apeksine olan uzaklık saptanarak elde edildi. Ölçümlerden elde edilen hi ve hg değerleri Schulte ve arkadaşlarının⁶⁷ kullandığı aşağıdaki formüle aktarıldı (Resim 9) .

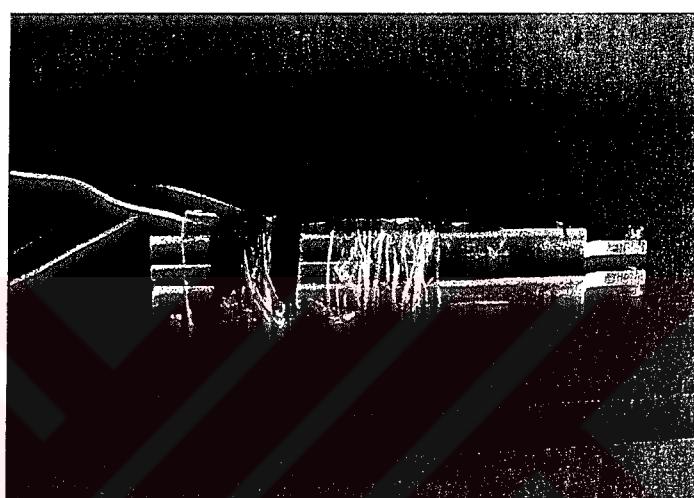


Resim 9: Radyogram üzerinde alveoler kemik kaybı miktarının belirlenmesi

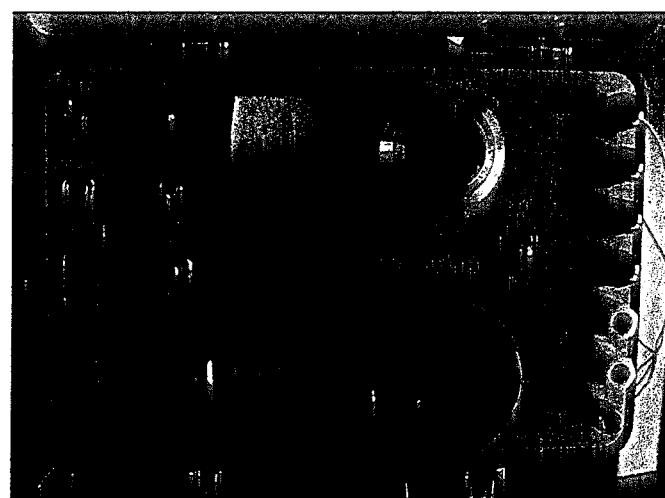
Alveoler kemik kaybı: (1- hi / hg) % 100.

Çalışmaya alınan dişerin ısırmaya kuvveti, Tortopidis ve arkadaşlarının⁷⁵ geliştirdiği ısırmaya çatalının modifikasyonu olarak tarafımızdan geliştirilen ve Hipokrat Firması tarafından imal edilen ısırmaya çatalı kullanılarak ölçüldü. Isırmaya çatalının gerekli kalibrasyonları ve Dokuz Eylül Üniversitesi Makina Mühendisliği Bölümünde gerçekleştirildi. Tasarılanan modelde 3 mm kalınlığında 15 mm.

genişliğinde, 316 L paslanmaz çelik ortopedik implant malzemesinden imal edilen iki metal çubuk kullanıldı. Metal çubuklar üzerine birer adet 5 mm'lik strengeç, yine aynı firmaya ait NP-50 strengeç adhezivi ile yapıştırıldı. Daha sonra çubuklar aralarında 4 mm mesafe kalacak şekilde birbirine vidalanarak ısırmaya çatalı oluşturuldu (Resim 2).



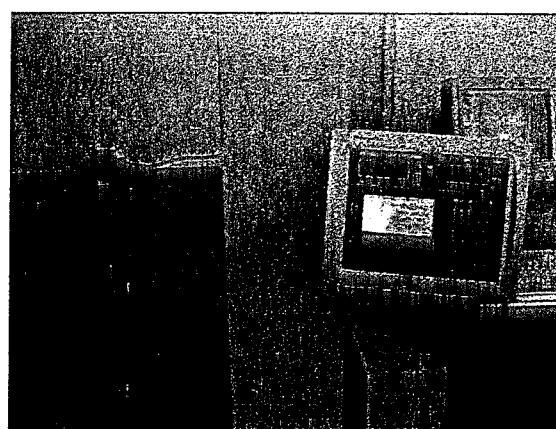
Resim 2: Isırma kuvvetinin ölçümünde kullanılan, tarafımızdan geliştirilen strengeçli ısırmaya çatalı



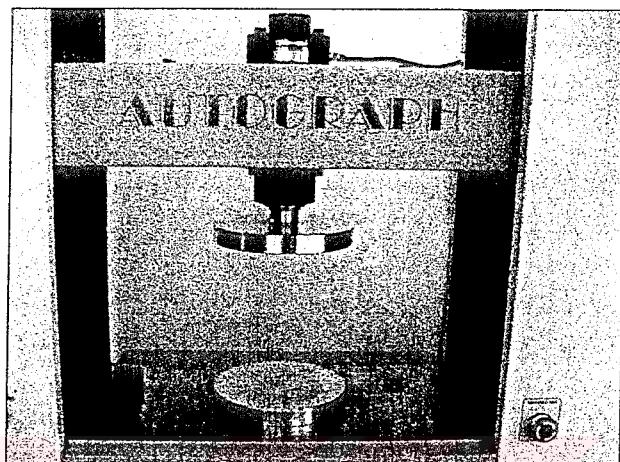
Resim 3: Isırma kuvveti ölçümü sırasında oluşan elektrik akımı değerini gösteren strain indikatörü

İsırma kuvveti altında şekil değiştiren metalin şekil değiştirme miktarı, isırma çatalı üzerine yapıştırılan strengeçlerin içerisindeinden geçen, elektrik akımı değeri olarak ölçüldü. Elektrik akımı değeri ise isırma çatalının bağlı olduğu strain indikatörü yardımıyla, isırma kuvveti(kg) cinsinden belirlendi. Ölçüm sırasında strain indikatördeki rezistans değişimi, telden geçen akımın değerini göstermektedir (Resim 3). Ayrıca bu çalışmada kullanılan isırma çatalı, 0-80 kg arasındaki isırma kuvvetlerini ve 14 mm'lik ağız açıklığında ölçecek şekilde dizayn edilmiştir.

Strengeçlerin yapıştırma işlemi sonrası Dokuz Eylül Üniversitesi Mühendislik Fakültesi Metalurji ve Malzeme Bölümü Laboratuarında gerekli kalibrasyonlar Autograph Shimadzu AG-50kNG cihazı kullanılarak gerçekleştirildi. Çalışmada kullandığımız isırma çatalının başlangıçtaki hassasiyetini kaybedip kaybetmediği Shimadzu cihazı kullanılarak test edildi. Kalibrasyon işlemi sırasında isırma çatalına uygulanan kuvvet, 1 kg'lık basamaklar şeklinde artırıldı. Bu basamaklara karşılık gelen strengçeç değerleri strain indikatöründen okundu ve cihazın deneyin başlangıcındaki hassasiyetini koruduğu saptandı (Resimler 4, 5).



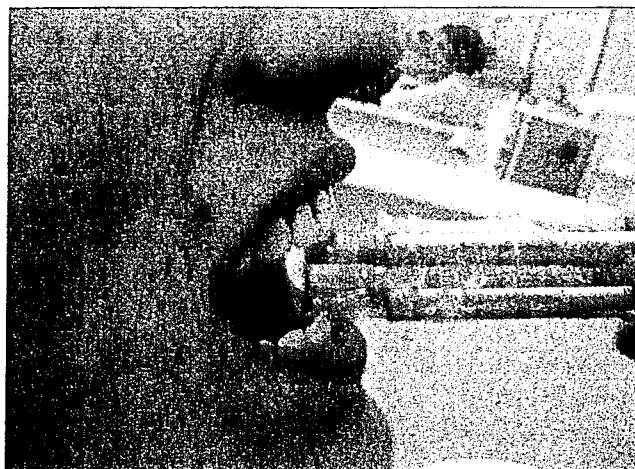
Resim 4: Isırma çatalının kalibrasyonunda
kullanılan Autograph Schimadzu cihazı



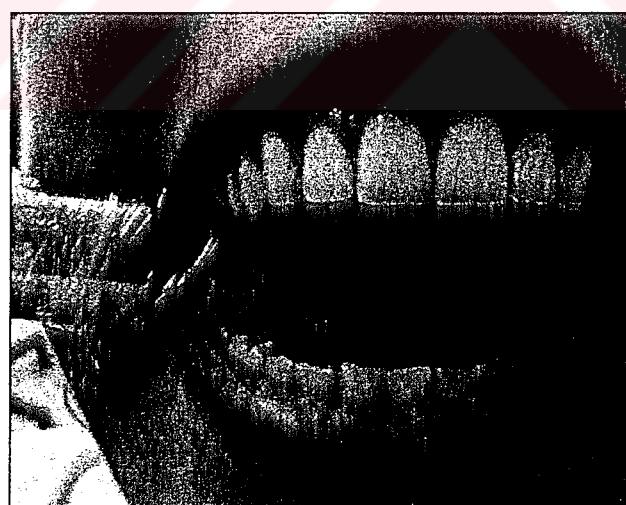
Resim 5: Autograph Schimadzu cihazında
ısırma çatalının kalibrasyon sırasında
yerleştirildiği bölüm

Ölçüm sırasında hastaların çok sert metal yüzeyi ısırmaktan kaçınabilecekleri düşünülerek ve dişlere herhangi bir zarar gelmemesi için 2 mm kalınlıkta plastik tabakalar yerleştirildi. ısırma plağı sterilizasyon amacıyla dezenfektan her defasında firmanın önerdiği süre uygulandı ve ısırma çatalı steril bez içerisinde saklandı. Aynı işlem tüm hastalarda tekrarlandı.

ısırma kuvveti ölçümü öncesi hastaların apareyi tanımlarına izin verildi ve yapılacak işlemler açıklandı. ısırma kuvveti ölçümleri, hastaların kas yorgunluklarını gidermek amacı ile 30 saniyelik dinlenmelerle üç kez tekrarlatıldı ve değerler kayıt edildi (Resimler 6, 7).



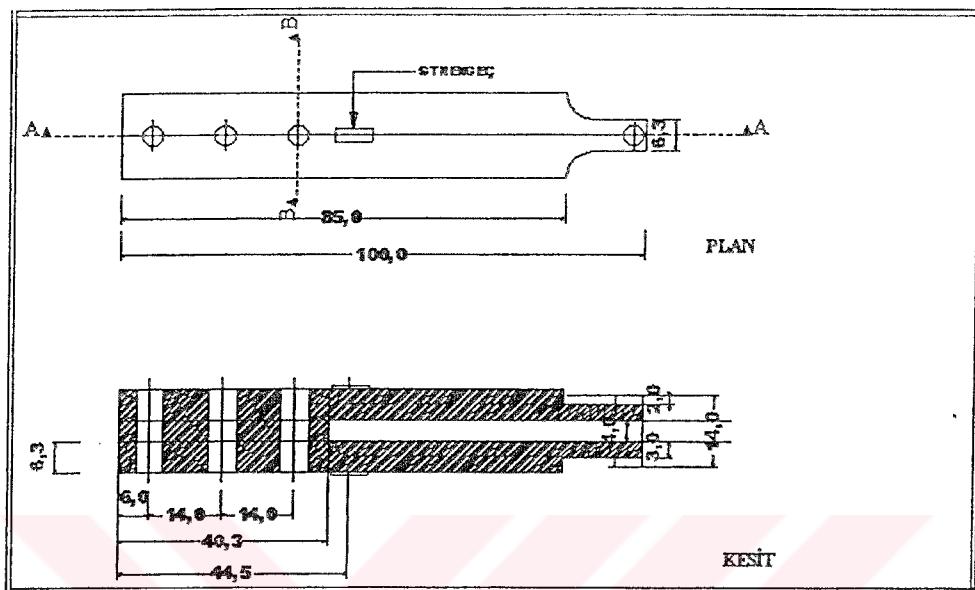
Resim 6: Isırma çatalının kesici dişler bölgesinde ağıza uygulanışı



Resim 7: Isırma çatalının molar dişler bölgesinde ağıza uygulanışı

Deney grubunda ısrıma kuvveti ölçümü yapılrken hastanın ağrı duyduğu noktada maksimum ısrıma kuvveti kaydedilirken kontrol grubunda ise maksimum ısrıma kuvveti ölçümü hastanın kassal yorgunluğu nedeniyle ısrıma işlemini sonlandırdığı noktada kaydedildi. Her bir diş için üç kez maksimum ısrıma kuvveti ölçümü yapıldı ve bu üç değerin ortalaması ortalama ısrıma kuvveti olarak belirlendi. Bu üç değerden en yüksek olanı ise maksimum ısrıma kuvveti olarak saptandı. Ölçümler tüm dişlerden aynı koşullarda ve aynı araştırcı tarafından yapıldı.

Çalışmada elde edilen veriler Ege Üniversitesi Mühendislik Fakültesi Bilgisayar Mühendisliği Bölümünde istatistiksel olarak değerlendirildi. Kontrol grubunda ısrıma kuvveti ile cinsiyet ve yaşı arasındaki ilişkiyi belirlemek için faktöriyel varyans analizinden yararlanıldı. Alveoler kemik kaybı ile ortalama ısrıma kuvveti ve maksimum ısrıma kuvveti arasında doğrusal bir ilişkinin olup olmadığını saptamak için de korelasyon analizi kullanıldı. Bu analizde α değeri 0.01 olarak kabul edildi. Çalışma grubundaki kesici, premolar ve molar diş gruplarında alveoler kemik kaybının ısrıma kuvveti ve maksimum ısrıma kuvveti üzerine etkisini belirlemek için regresyon analizinden yaralanıldı. ısrıma kuvveti ile maksimum ısrıma kuvveti arasında fark olup olmadığı t-testi kullanılarak araştırıldı.



Resim 8 : Çalışmada kullanılan ısırtma çatalının şematik görünümü.

BULGULAR

Çalışmamızda elde edilen bulgularda ;

Deney grubunda yer alan dişlerde ortalama alveoler kemik kaybı miktarı kesici dişlerde % 71.75, premolarlarda % 64.5 ve molarlarda % 55.65 olarak saptandı. Ortalama cep derinliği kesici dişlerde 5.35 mm , premolarlarda 6.42 mm ve molarlarda 6.13 mm olarak belirlendi. Yine aynı grupta ortalama ataşman kaybı kesici , premolar ve molar dişlerde sırasıyla ; 8.83 mm , 8.69 mm ve 8.75 mm olarak saptandı (Tablo1). Deney grubundaki toplam 120 diş mobilite yönünden değerlendirildiğinde birinci derecede mobilitede 9 diş, ikinci derecede mobilitede 53 diş, üçüncü derecede mobilitede 58 adet diş yer aldı. Dişler kesici, premolar, molar olarak gruplandırıldığında kesici dişlerde birinci derecede mobiliteye sahip diş bulunmazken, ikinci derecede mobiliteye sahip 15 diş, üçüncü derecede mobiliteye sahip 25 diş yer alırken; premolar dişlerde birinci derecede mobiliteye sahip 2 diş, ikinci derecede mobiliteye sahip 16 diş, üçüncü derecede mobiliteye sahip 22 diş ; molar dişlerde birinci derecede mobiliteye sahip 7 diş, ikinci derecede mobiliteye sahip 22 diş, üçüncü derecede mobiliteye sahip 11 diş yer aldı. Kontrol grubunda yer alan dişlerin plak indeksi (Sillness ve Löe) değeri 1.1, deney grubunda ise 2.8 olarak belirlendi.

Tablo 1 : Deney grubunda yer alan dişlerin cep derinliği, ataşman kaybı ,
alveoler kemik kaybı değerleri

	Cep derinliği		Ataşman kaybı		Alveoler kemik kaybı	
	(mm)		(mm)		(%)	
	Ort.	S.D	Ort.	S.D	Ort.	S.D
Genel	5.96	± 2.18	8.76	± 2.77	57.88	± 15.34
Kesici	5.35	± 2.07	8.83	± 2.93	71.75	± 11.79
Üst kesici	5.70	± 2.31	9.03	± 3.19	69.05	± 10.47
Alt kesici	4.99	± 1.78	8.64	± 2.71	74.45	± 9.93
Premolar	6.42	± 2.53	8.69	± 3.02	64.5	± 13.97
Üst premolar	6.99	± 2.74	8.90	± 3.10	63.73	± 9.97
Alt premolar	5.85	± 2.22	8.48	± 2.99	65.27	± 15.63
Molar	6.13	± 1.81	8.75	± 2.40	55.65	± 11.90
Üst molar	6.54	± 1.69	9.06	± 2.56	55.25	± 10.55
Alt molar	5.72	± 1.87	8.44	± 2.26	56.05	± 12.60

±Standart hata

Tablo 2 : Deney grubunda yer alan dişlerin alveoler kemik kaybı
değerleri

GRUP	ORTALAMA	MAKSİMUM	MİNİMUM
Üst kesici	69.05 ± 10.47	75.00	50.00
Alt kesici	74.45 ± 9.93	98.00	57.00
Üst premolar	63.73 ± 9.97	86.00	50.00
Alt premolar	65.27 ± 15.63	90.00	50.00
Üst molar	55.25 ± 10.55	67.00	50.00
Alt molar	56.05 ± 12.06	71.00	50.00

Tablo 3 : Deney grubunda yer alan dişlerde mobilite derecesine göre alveoler kemik kaybı değerleri.

Mobilite	Diş sayısı	Ortalama	
		Alveoler Kemik Kaybı(%)	
1	9	51.32 ± 3.32	
2	53	61.12 ± 1.91	
3	58	61.83± 1.88	
Total	120	58.09 ± 1.40	

±Standart hata

Deney ve kontrol grupları arasındaki yaş ortalamaları arasında fark bulundu. Deney grubunda yer alan bireylerin yaş ortalaması (48.20 ± 10.03), kontrol grubunda yer alan bireylerin yaş ortalaması ile karşılaştırıldığında, kontrol grubunun (42.35 ± 7.98) daha genç bireylerden oluşan saptandı($p < 0.05$, Tablo 4).

Tablo 4: Kontrol ve deney gruplarında yer alan bireylerin yaş ortalaması

	Yaş ortalaması	Birey sayısı
Kontrol	42.35 ± 7.98	69
Deney	48.20 ± 10.03	76

± standart hata

Çalışmamızda yer alan dişlerin ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri kontrol grubunda 23.08 ± 11.93 kg , 24.51 ± 12.60 kg iken , ileri kemik kaybı olan deney grubunda sırasıyla 6.99 ± 5.25 kg , 7.67 ± 5.37 kg olarak çok düşük saptandı. Kontrol grubunda yer alan dişlerin ortalama ıslırma ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri deney grubuna kıyasla istatistiksel olarak anlamlı düzeyde yüksek bulundu ($p < 0.05$, Tablo 5).

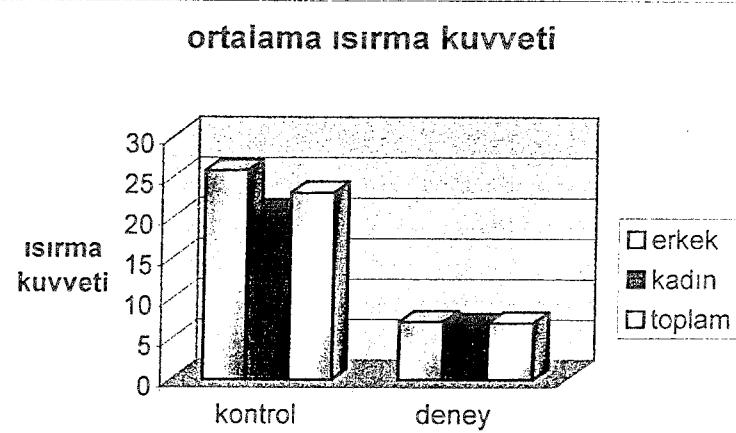
Deney grubundaki bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında ortalama ve maksimum ısırma kuvveti değerleri kadınlarda 6.4 ± 5.14 kg , 7.55 ± 5.24 kg, erkeklerde yine sırasıyla ; 7.15 ± 5.33 kg, 7.78 ± 5.47 kg olarak saptandı. (Şekil 1) Kontrol grubunda yer alan dişlerde de ortalama ve maksimum ısırma kuvveti değerleri sırasıyla ; kadınlarda 20.79 ± 9.95 kg, 22.14 ± 10.33 kg , erkeklerde 25.79 ± 13.50 kg, 27.30 ± 14.43 kg olarak belirlendi(Şekil2). Kontrol grubunda erkek ile kadın arasında istatistiksel olarak anlamlı bir fark saptanırken, deney grubunda benzer ilişki bulunamadı(Tablo 5).

Tablo 5 : Deney ve kontrol grubunda yer alan dişlerin ortalama ısırma ve maksimum ısırma kuvveti değerleri

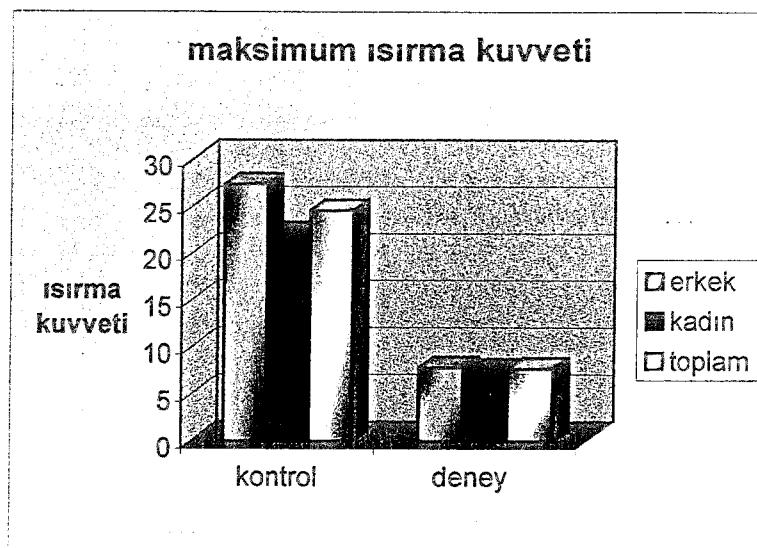
	Ortalama ısırma kuvveti		Maksimum ısırma kuvveti	
	Deney	Kontrol	Deney	Kontrol
Erkek	$7.15 \pm 5.33^*$	25.79 ± 13.50	$7.78 \pm 5.47^*$	27.30 ± 14.43
Kadın	$6.84 \pm 5.14^*$	20.79 ± 9.95	$7.55 \pm 5.24^*$	22.14 ± 10.33
Genel	$6.99 \pm 5.25^*$	23.08 ± 11.93	$7.67 \pm 5.37^*$	24.51 ± 12.60

±Standart hata

***İstatistiksel olarak anlamlı (p <0.05)**



Şekil 1 : Çalışmada yer alan dişlerin ortalama ısırmma kuvveti değerleri



Şekil 2 : Çalışmada yer alan dişlerin maksimum ısırmma kuvveti değerleri

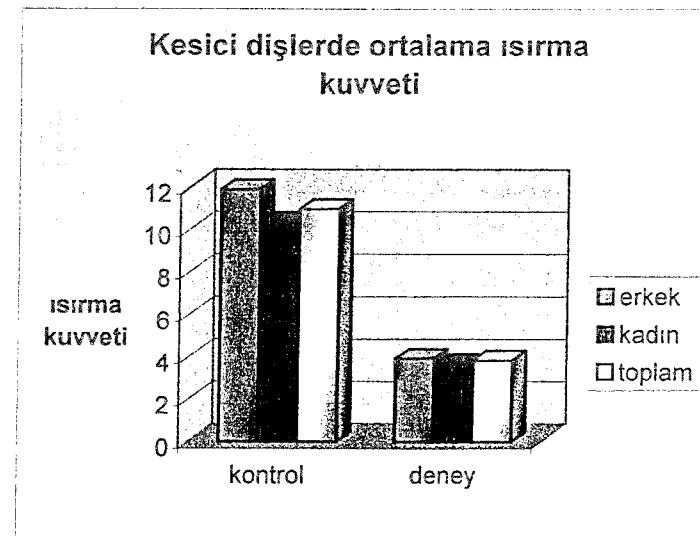
Kesici dişlerde, ortalama ıslırma kuvveti ve maksimal ıslırma kuvveti ; kontrol grubunda sırasıyla 10.96 ± 3.09 kg, 12.10 ± 3.27 kg olarak saptanırken, deney grubunda bu değerler 3.83 ± 2.39 kg, 4.47 ± 2.50 kg olarak belirlendi(Şekil 3,4). Kontrol grubunda yer alan kesici dişlerde ıslırma kuvveti ve maksimal ıslırma kuvveti değerleri deney grubuna kıyasla istatistiksel olarak anlamlı düzeyde yüksek bulundu ($p < 0.05$) (Tablo 6). Bireyler erkek ve kadın olarak ayrıldığında ortalama ıslırma kuvveti ve maksimal ıslırma kuvveti deney grubunda erkeklerde 3.92 ± 2.49 kg ve 4.64 ± 2.64 kg, kadınlarda 3.67 ± 2.28 kg ve 4.42 ± 2.32 kg olarak saptandı. Kontrol grubunda bu değerler sırasıyla erkeklerde 11.88 ± 3.69 kg, 12.88 ± 3.64 kg ; kadınlarda 10.34 ± 2.50 kg, 11.59 ± 2.97 kg olarak belirlendi. Hem kontrol hem de deney grubunda erkek ile kadın arasında ıslırma kuvveti ve maksimal ıslırma kuvveti yönünden istatistiksel olarak anlamlı bir fark saptanmadı ($p > 0.05$, Tablo 6).

Tablo 6: Kesici dişlerde ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerlerinin cinsiyete göre dağılımı

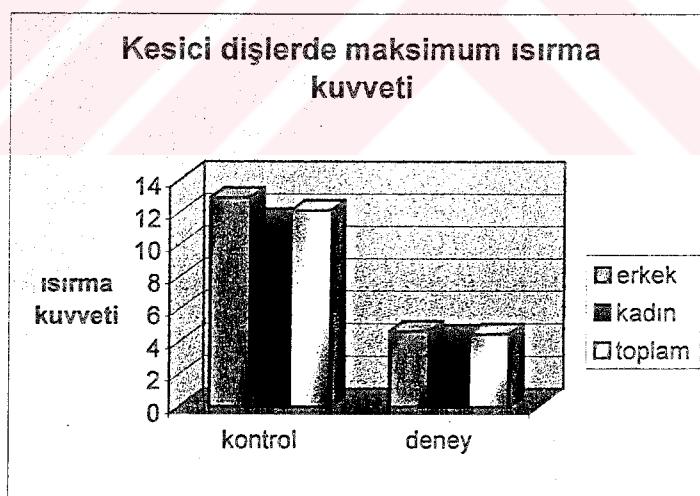
	Ortalama ıslırma kuvveti		Maksimum ıslırma kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$11.88 \pm 3.69^*$	3.92 ± 2.49	12.88 ± 3.64	4.64 ± 2.64
Kadın	$10.34 \pm 2.50^*$	3.67 ± 2.28	11.59 ± 2.97	4.42 ± 2.32
Genel	$10.96 \pm 3.09^*$	3.83 ± 2.39	12.10 ± 3.27	4.47 ± 2.50

±Standart hata

*İstatistiksel olarak anlamlı



Şekil 3 : Kontrol ve deney grubunda yer alan kesici dişlerin ortalama ıslırma kuvveti değerlerinin cinsiyete göre dağılımı.



Şekil 4: Kontrol ve deney grubunda yer alan dişlerin maksimum ıslırma kuvveti değerlerinin cinsiyete göre dağılımı

Deney grubunda yer alan kesici dişlerde alveoler kemik kaybının (% 50 ile % 98 arasında değiştiği) ortalama $\% 68.40 \pm 10.47$ olduğu

belirlendi(Tablo 2,3). Kesici dişlerde, ıslırma kuvveti ve maksimal ıslırma kuvveti ile alveoler kemik kaybı arasında istatistiksel olarak anlamlı düzeyde negatif bir korelasyon olduğu saptandı($p < 0.01$). Alveoler kemik kaybı miktarı arttıkça ıslırma kuvvetinin azaldığı belirlendi (Tablo 7).

Tablo 7 : Deney grubunda yer alan kesici dişlerde alveoler kemik kaybının ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti arasındaki korelasyon değerleri

	Ortalama ıslırma kuvveti	Maksimum ıslırma kuvveti	Alveoler kemik Kaybı
Ortalama ıslırma kuvveti	X	0.988	-0.587**
Maksimum ıslırma kuvveti	0.988	X	-0.587**
Alveoler kemik kaybı	-0.587**	-0.587**	X

** İstatistiksel olarak anlamlı ($p < 0.01$)

Deney grubunda yer alan kesici dişlerin mobilitesine göre ıslırma kuvveti değerlendirildiğinde, ikinci derecede mobiliteye sahip olanlarda ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri sırasıyla 4.89 ± 2.87 kg ve 5.80 ± 3.03 kg olarak saptandı. Bireyler erkek ve kadın olarak ayrıldığında ise bu değerler kadınlarda 6.35 ± 1.08 kg , 7.35 ± 0.97 kg ; erkeklerde 4.36 ± 3.17 kg , 5.23 ± 3.35 kg olarak belirlendi. Üçüncü derecede mobiliteye sahip kesici dişlerin ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri sırasıyla 3.20 ± 1.84 kg, 3.83 ± 1.82 kg olarak saptandı. Bireyler erkek ve kadın olarak

ayrıldığında ise bu değerler kadınlarda 2.60 ± 1.64 kg, 3.25 ± 1.46 kg, 3.60 ± 1.91 kg, 4.21 ± 1.98 kg. olarak bulundu (Tablo 8).

Tablo 8 : Kesici dişlerde mobiliteye göre ıslırma kuvveti , maksimum ıslırma kuvveti değerleri

Mobilite	Ortalama ıslırma kuvveti			Maksimum ıslırma kuvveti		
	ERKEK	KADIN	GENEL	ERKEK	KADIN	GENEL
1	—	—	—	—	—	—
	n= 0	n= 0	n= 0			
2	4.36 ± 3.17	6.35 ± 1.08	4.89 ± 2.87	5.23 ± 3.35	7.35 ± 0.97	5.80 ± 3.03
	n= 11	n= 4	n= 15			
3	3.60 ± 1.91	2.60 ± 1.64	3.2 ± 1.84	4.21 ± 1.98	3.25 ± 1.46	3.83 ± 1.82
	n= 15	n= 10	n = 25			

Tablo 9 : Kesici dişlerde mobilite derecesine göre alveoler kemik kaybı değerleri

Mobilite	Alveoler kemik kaybı (%)		
	Erkek	Kadın	Genel
1	—	—	—
2	63.73 ± 11.41 n=(11)	61.00 ± 4.24 n= (4)	63.00 ± 9.92 n=(15)
3	72.80 ± 7.47 n=(15)	69.90 ± 16.72 n=(10)	71.64 ± 11.81 n=(25)

Çalışmada yer alan kesici dişler mandibuler ve maksiller olarak gruplandırıldığından ortalama ıslırma ve maksimal ıslırma kuvveti değerleri maksiller kesici dişlerde kontrol grubunda 12.23 ± 2.96 kg, 13.59 ± 3.36 kg

olarak bulunurken, deney grubunda sırasıyla 4.63 ± 2.68 kg, 5.36 ± 2.73 kg olarak saptandı (Tablo 10). Mandibuler kesici dişlerde kontrol grubunda ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri kontrol grubunda sırasıyla 9.69 ± 2.72 kg, 10.62 ± 2.45 kg olarak belirlenirken, deney grubunda 3.03 ± 1.80 kg, 3.77 ± 2.02 kg olarak bulundu (Tablo 11). Maksiller kesici dişlerde alveoler kemik kaybı değerinin (% 50 ile % 75 arasında) ortalama % 69.05 ± 10.47 olduğu belirlendi. Mandibuler kesici dişlerin alveoler kemik kaybı değerinin (% 57 ile % 98 arasında) ortalama % 74.45 ± 9.93 olduğu saptandı.

Tablo 10 : Maksiller kesici dişlerin ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri

	Ortalama ıslırma kuvveti		Maksimum ıslırma kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$12.45 \pm 4.20^*$	5.17 ± 2.96	$13.39 \pm 4.25^*$	5.95 ± 3.04
Kadın	$12.01 \pm 0.84^*$	3.64 ± 1.89	$13.79 \pm 2.40^*$	4.27 ± 1.74
Genel	$12.23 \pm 2.96^*$	4.63 ± 2.68	$13.59 \pm 3.36^*$	5.36 ± 2.73

±Standart hata

* İstatistiksel olarak anlamlı ($p < 0.05$)

Tablo 11 : Mandibuler kesici dişlerin ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri

	Ortalama ıslırma kuvveti		Maksimum ıslırma kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$10.94 \pm 2.73^*$	2.68 ± 0.91	$12.01 \pm 2.41^*$	3.34 ± 1.25
Kadın	$9.15 \pm 2.63^*$	3.70 ± 2.78	$10.02 \pm 2.29^*$	4.58 ± 2.93
Genel	$9.69 \pm 2.72^*$	3.03 ± 1.80	$10.62 \pm 2.45^*$	3.77 ± 2.02

±Standart hata

* İstatistiksel olarak anlamlı ($p < 0.05$)

Premolar dişlerde ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti kontrol grubunda sırasıyla 23.20 ± 5.53 kg , 24.49 ± 5.94 kg olarak bulunurken deney grubunda bu değerler sırasıyla 6.32 ± 3.72 kg , 7.01 ± 3.72 kg olarak belirlendi(Şekil 5,6). Kontrol grubunda yer alan premolar dişlerin ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri çalışma grubuna kıyasla çok farklı idi($p<0.05$). Bireyler erkek ve kadın olarak ayrıldığında ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri kontrol grubunda sırasıyla erkeklerde 24.72 ± 5.95 kg , 26.57 ± 6.43 kg ; kadınlarda ise 21.83 ± 4.87 kg , 22.60 ± 4.88 kg olarak belirlenirken, deney grubunda erkeklerde 6.57 ± 3.20 kg , 7.26 ± 3.28 kg , kadınlarda 6.09 ± 4.59 kg , 6.75 ± 4.53 kg olarak saptandı. Kontrol grubunda ortalama ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti yönünden erkek ile kadın arasında istatistiksel olarak anlamlı bir fark bulunurken , deney grubunda bir fark bulunamadı ($p < 0.005$, Tablo12).

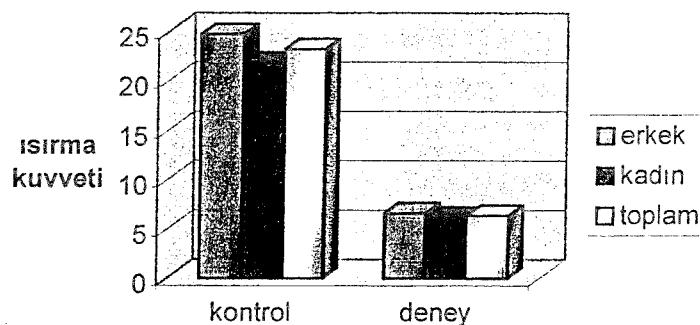
Tablo 12 :Premolar dişlerin ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri

	Ortalama ıslırma kuvveti		Maksimum ıslırma kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$24.72 \pm 5.95^*$	6.57 ± 3.20	$26.57 \pm 6.43^*$	7.26 ± 3.28
Kadın	$21.83 \pm 4.87^*$	6.09 ± 4.59	$22.60 \pm 4.88^*$	6.75 ± 4.53
Genel	$23.20 \pm 5.53^*$	6.32 ± 3.72	$24.49 \pm 5.94^*$	7.01 ± 3.72

±Standart hata

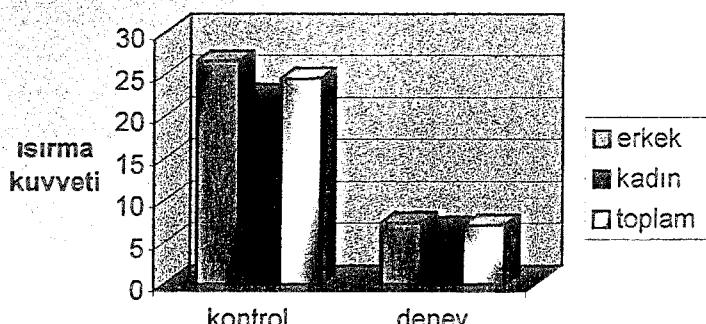
***İstatistiksel olarak anlamlı**

Premolar dişlerin ortalama ısrarma kuvveti



Şekil 5: Premolar dişlerde kontrol ve deney gruplarının ortalama ısrarma kuvveti değerleri

Premolar dişlerin maksimum ısrarma kuvveti



Şekil 6 : Premolar dişlerde kontrol ve deney gruplarının maksimum ısrarma kuvveti değerleri

Deney grubundaki premolar dişlerde alveoler kemik kaybının (% 50 ile %90.00 arasında değiştiği) ortalama $\% 64.5 \pm 9.97$ olduğu belirlendi. Premolar dişlerde, ısrarla kuvveti ve maksimum ısrarla kuvveti ile alveoler kemik kaybı arasında istatistiksel olarak anlamlı düzeyde negatif korelasyon olduğu saptandı ($p < 0.01$). Alveoler kemik kemik kaybı arttıkça, ısrarla kuvvetinin azaldığı belirlendi (Tablo 13).

Tablo 13: Deney grubunda yer alan premolar dişlerin alveoler kemik kaybı ile ısrarla ve maksimum ısrarla kuvveti arasındaki korelasyon değerleri

	Ortalama ısrarla kuvveti	Maksimum ısrarla kuvveti	Alveoler kemik kayıbı
Ortalama ısrarla kuvveti	x	0.991	-0.872**
Maksimum ısrarla kuvveti	0.991	x	-0.863**
Alveoler kemik kayıbı	-0.872**	-0.863**	x

** Korelasyon 0.01 düzeyinde anlamlıdır.

Deney grubundaki premolar dişlerin mobilité derecesine göre ısrarla kuvveti değerlendirildiğinde, birinci derecede mobiliteye sahip olanlarda ortalama ısrarla ve maksimum ısrarla kuvveti değerleri sırasıyla ; 11.80 ± 7.64 kg., 12.25 ± 7.28 kg olarak saptandı. Bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında

ise bu değerler kadınlarda 7.20 ± 0 kg, 7.40 ± 0 kg, erkeklerde 6.39 ± 0 kg, 7.10 ± 0 kg olarak belirlendi. İkinci derecede mobiliteye sahip premolar dişlerde ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri sırasıyla 6.59 ± 4.27 kg., 7.1 ± 4.34 kg olarak saptandı. Bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında ise ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri sırasıyla kadınlarda 6.30 ± 5.49 kg, 6.7 ± 5.46 kg; erkeklerde 6.88 ± 3.82 kg, 7.51 ± 4.01 kg olarak bulundu. Üçüncü derecede mobiliteye sahip dişlerde ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri sırasıyla 6.00 ± 2.04 kg., 6.65 ± 2.03 kg olarak saptandı. Bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti kadınlarda 5.87 ± 5.49 kg, 6.39 ± 1.75 kg; erkeklerde 6.13 ± 2.33 kg, 6.9 ± 2.25 kg olarak ölçüldü. (Tablo 14). Ayrıca premolar dişlerde mobilite ile alveoler kemik kaybı arasında istatistiksel olarak anlamlı ilişki saptandı ($p < 0.05$). Alveoler kemik kaybı fazla olan dişlerin mobilitesi de fazla idi.

Tablo 14 : Mobilite derecesine göre premolar dişlerde ortalama ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri

Mobilite	Ortalama			Maksimum		
	Erkek	Kadın	Genel	Erkek	Kadın	Genel
1	6.39 ± 0.0 n=(1)	7.20 ± 0.0 n = (1)	11.80 ± 7.6 n= (2)	7.10 ± 0.0	7.40 ± 0.0	12.25 ± 7.25
2	6.88 ± 3.82 n=(12)	6.30 ± 5.49 n=(4)	6.59 ± 4.27 n=(16)	7.51 ± 4.01	6.7 ± 5.46	7.1 ± 4.34
3	6.13 ± 2.33 n= (13)	5.87 ± 5.49 n= (9)	6.00 ± 2.04 n= (22)	6.9 ± 2.25	6.39 ± 1.75	6.65 ± 2.03

Tablo 15: Premolar dişlerde mobilite derecesine göre alveoler kemik kaybı değerleri

Mobilite	Alveoler kemik kaybı (%)		
	Erkek	Kadın	Genel
1	50.50 0.0 (n= 1)	50.00 0.0 (n= 1)	50.25 12.02 (n= 2)
2	61.19 12.67 (n= 12)	60.00 13.45 (n= 4)	60.59 12.94 (n= 16)
3	64.96 14.38 (n= 13)	59.94 11.82 (n= 9)	62.91 13.33 (n= 22)

Premolar dişler mandibular ve maksiller olarak değerlendirildiğinde şu veriler saptandı. Maksiller premolar dişlerde ortalama ve maksimum ısırrma kuvveti değerleri sırasıyla kontrol grubunda 23.96 ± 6.76 kg , 24.79 ± 6.63 kg olarak belirlenirken , deney grubunda bu değerler 5.71 ± 1.76 kg, 6.20 ± 1.57 kg olarak saptandı (Tablo 16).

Tablo 16: Maksiller premolar dişlerin ortalama ve maksimum ısırrma kuvveti değerleri

	Ortalama ısırrma kuvveti		Maksimum ısırrma kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$25.18 \pm 8.21^*$	5.66 ± 2.12	$26.10 \pm 7.99^*$	6.27 ± 1.84
Kadın	$22.96 \pm 5.51^*$	5.79 ± 1.16	$23.72 \pm 5.45^*$	6.10 ± 1.15
Genel	$23.96 \pm 6.76^*$	5.71 ± 1.76	$24.79 \pm 6.63^*$	6.20 ± 1.57

±Standart hata

*İstatistiksel olarak anlamlı (p<0.05)

Mandibular premolar dişlerde ortalama ve maksimum ısırrma kuvveti değerleri kontrol grubunda sırasıyla 22.44 ± 4.00 kg , 24.19 ± 5.31 kg olarak

saptanırken, deney grubunda ise bu değerler 6.94 ± 4.32 kg , 7.83 ± 4.28 kg olarak bulundu (Tablo17). Maksiller premolar dişlerin alveoler kemik kaybının (% 86 ile % 50 değerleri arasında) ortalama 63.73 ± 9.97 olduğu saptandı. Mandibular premolar dişlerin alveoler kemik kaybının (% 50 ile % 90 arasında) ortalama $\% 65.27 \pm 15.63$ olduğu belirlendi.

Tablo 17 : Mandibuler premolar dişlerin ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri

	Ortalama ıslırma kuvveti		Maksimum ıslırma kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$24.30 \pm 3.24^*$	7.48 ± 3.50	$26.99 \pm 5.04^*$	8.26 ± 3.68
Kadın	$20.58 \pm 3.95^*$	6.39 ± 5.65	$21.38 \pm 4.09^*$	7.39 ± 5.30
Genel	$22.44 \pm 4.00^*$	6.94 ± 4.32	$24.19 \pm 5.31^*$	7.83 ± 4.28

\pm Standart hata

*İstatistiksel olarak anlamlı ($p<0.05$)

Molar dişlerde ortalama ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri kontrol grubunda sırasıyla ; 35.09 ± 9.77 kg, 36.93 ± 11.04 kg olarak saptanırken, deney grubunda ise 10.86 ± 4.12 kg, 11.45 ± 4.19 kg olarak belirlendi(Şekil 7,8). Kontrol grubunda yer alan molar dişlerde ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri deney grubuna oranla anlamlı düzeyde yüksek bulundu ($p<0.05$). Bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında ortalama ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti kontrol grubunda sırasıyla erkeklerde 37.94 ± 12.43 kg, 39.54 ± 14.45 kg, kadınlarda ise 32.24 ± 4.92 kg, 34.32 ± 5.21 kg , olarak belirlenirken , deney grubunda bu değerler sırasıyla erkeklerde 10.96 ± 5.00 kg, 11.43 ± 5.12 kg, kadınlarda 10.76 ± 2.83 kg, 11.48 ± 2.79 kg olarak saptandı. Kontrol grubunda erkek ile kadın arasında ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti arasında

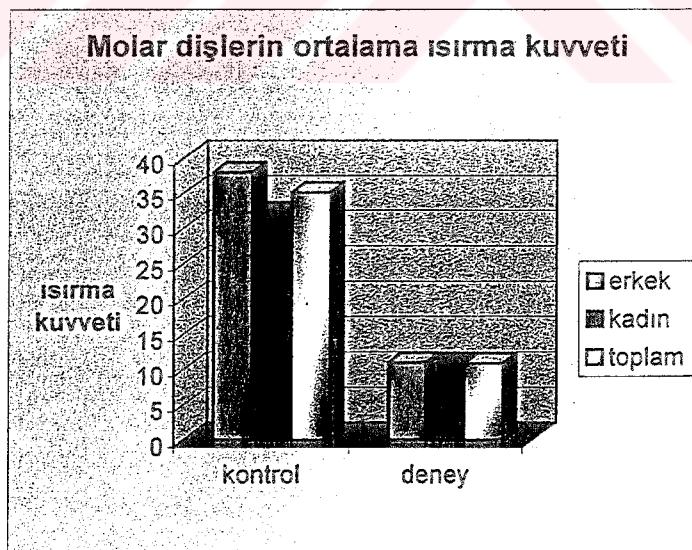
istatistiksel olarak anlamlı bir fark saptanırken deney grubunda fark bulunamadı(Tablo 18).

Tablo 18 : Molar dişlerin ortalama ve maksimum ısimra kuvveti değerleri

	Ortalama ısimra kuvveti		Maksimum ısimra kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$37.94 \pm 12.43^*$	10.96 ± 5.00	$39.54 \pm 14.45^*$	11.43 ± 5.12
Kadın	$32.24 \pm 4.92^*$	10.76 ± 2.83	$34.32 \pm 5.21^*$	11.48 ± 2.79
Genel	$35.09 \pm 9.77^*$	10.86 ± 4.12	$36.93 \pm 11.04^*$	11.45 ± 4.19

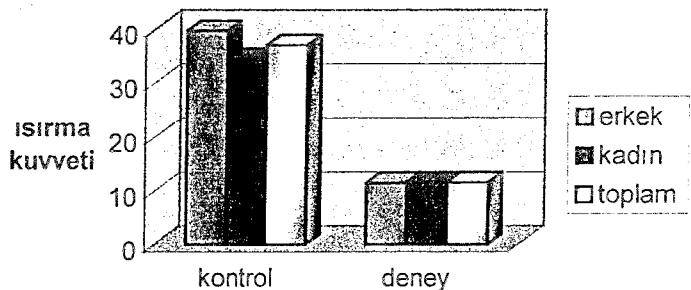
±Standart hata

*İstatistiksel olarak anlamlı ($p <0.05$)



Şekil 7 : Molar dişlerin kontrol ve deney grubunda ortalama ısimra kuvveti değerleri

Molar dişlerin maksimum ıslırma kuvveti



Şekil 8 : Kontrol ve deney grubunda molar dişlerin maksimum ıslırma kuvveti değerleri

Deney grubunda yer alan molar dişlerde alveolar kemik kaybının (% 50 ile %71.00 arasında değiştiği) ortalama % 55.65 ± 10.55 belirlendi. Molar dişlerde, ortalama ıslırma kuvveti ve maksimum ıslırma kuvveti ile alveolar kemik kaybı arasında istatistiksel olarak anlamlı düzeyde negatif bir korelasyon saptandı ($p < 0.01$ Tablo 19) .

Tablo 19 : Deney grubunda yer alan molar dişlerin alveoler kemik kaybı ile ortalama ve maksimum ısimra kuvveti arasındaki korelasyon

	Ortalama ısimra kuvveti	Maksimum ısimra kuvveti	Alveoler kemik kayıbı
Ortalama ısimra kuvveti	X	0.973	-0.560**
Maksimum ısimra kuvveti	0.973	X	-0.580**
Alveoler kemik kayıbı	-0.560**	-0.580**	X

*İstatistiksel olarak anlamlı ($p < 0.05$)

Mobilite derecesi ile ısimra ve maksimum ısimra kuvveti arasında ilişki istatistiksel olarak anlamsız bulundu($p>0.05$).

Deney grubundaki molar dişlerin mobilitesine göre ısimra kuvveti değerlendirildiğinde , birinci derecede mobiliteye sahip olanlarda ortalama ve maksimum ısimra kuvveti değerleri sırasıyla 12.28 ± 4.10 kg, 13.43 ± 4.34 kg olarak saptandı. Bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında ise ; birinci derecede mobiliteye sahip dişlerde bu değerler kadınarda 9.66 ± 3.24 kg, 9.94 ± 0.82 kg ; erkeklerde ise 9.9 ± 5.08 kg, 10.15 ± 5.97 kg olarak belirlendi. İkinci derecede mobiliteye sahip molar dişlerin ortalama ve maksimum ısimra kuvveti değerleri sırasıyla 11.01 ± 4.79 kg, 12.64 ± 4.83 kg olarak saptandı. Bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında ise bu değerler kadınarda ; 8.85 ± 3.15 kg , 10.47 ± 3.37 kg , erkeklerde ise 12.17 ± 5.71 kg, 14.8 ± 5.68 kg olarak saptandı. Üçüncü derecede mobiliteye sahip molar dişlerin ortalama ve maksimum ısimra kuvveti değerleri sırasıyla 12.16 ± 2.36 kg, 11.73 ± 2.17 kg olarak belirlendi. Bireyler kadın ve erkek olarak ayrıldığında ise bu değerler kadınarda sırasıyla 12.80 ± 1.82 kg ,

13.70 ± 1.56 kg, olarak bulunurken erkeklerde ise 11.84 ± 3.03 kg ve 12.58 ± 2.80 kg olarak belirlendi (Tablo 20).

Tablo 20 : Molar dişlerde mobilite derecesine göre ortalama ıslırma ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri.

Mobilite derecesi	Ortalama ıslırma kuvveti			Maksimum ıslırma kuvveti		
	Erkek	Kadın	Genel	Erkek	Kadın	Genel
1	9.9 ± 5.08 (n=4)	9.66 ± 3.24 (n=3)	12.28 ± 4.10 (n=7)	10.15 ± 5.97	9.94 ± 0.82	13.43 ± 4.34
2	12.17 ± 5.71 (n=13)	8.85 ± 3.15 (n=9)	11.01 ± 4.79 (n=22)	14.8 ± 5.68	10.47 ± 3.37	12.64 ± 4.83
3	14.02 ± 3.03 (n=5)	10.3 ± 1.82 (n=6)	12.16 ± 2.36 (n=11)	12.66 ± 2.80	10.08 ± 1.56	11.73 ± 2.17

Molar dişlerde mobilite derecesi ile alveoler kemik kaybı arasındaki ilişkinin istatistiksel olarak anlamsız olduğu saptandı. (Tablo 21)

Tablo 21 : Molar dişlerde mobilite derecesine göre alveoler kemik kaybı değerleri

Mobilite	Alveoler kemik kaybı (%)		
	Erkek	Kadın	Genel
1	50 ± 8.37 (n= 4)	54.75 ± 14.31 (n= 3)	52.38 ± 10.32 (n= 7)
2	66.25 ± 12.74 (n= 13)	53.3 ± 12.48 (n= 9)	59.78 ± 12.52 (n=22)
3	50.00 ± 11.18 (n=5)	50.00 ± 5.47 (n= 6)	50.00 ± 11.48 (n=11)

Çalışmada yer alan molar dişler mandibuler ve maksiller olarak gruplandırıldığından maksiller molar dişlerin ortalama ısrarla ve maksimum ısrarla kuvvetleri sırasıyla ; kontrol grubunda 33.67 ± 13.30 kg , 35.64 ± 15.29 kg olarak saptanırken , çalışma grubunda 10.39 ± 4.10 kg., 10.88 ± 4.11 kg olarak belirlendi (Tablo 22). Maksiller molar dişlerde alveoler kemik kaybının (% 67 ile % 50 değerleri arasında değiştiği) ortalama % 55.25 ± 10.55 saptandı. Mandibuler molar dişlerin ortalama ve maksimum ısrarla kuvvetleri kontrol grubunda sırasıyla 36.51 ± 3.83 kg, 38.22 ± 3.63 kg olarak belirlenirken aynı değerler çalışma grubunda 12.67 ± 4.13 kg , 13.65 ± 4.24 kg olarak bulundu (Tab 23). Mandibuler molar dişlerde alveoler kemik kaybı miktarının (% 71 ile % 50.00 arasında) ortalama % 56.05 ± 12.06 olduğu belirlendi.

Tablo 22 : Maksiller molar dişlerin ortalama ısrarla ve maksimum ısrarla kuvveti değerleri

	Ortalama ısrarla kuvveti		Maksimum ısrarla kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$37.53 \pm 16.71^*$	10.48 ± 5.44	$39.45 \pm 19.70^*$	10.96 ± 5.53
Kadın	$28.95 \pm 5.04^*$	10.30 ± 2.37	$30.98 \pm 5.04^*$	10.8 ± 2.24
Genel	$33.67 \pm 13.30^*$	10.39 ± 4.10	$35.64 \pm 15.29^*$	10.88 ± 4.11

±Standart hata

***İstatistiksel olarak anlamlı (p < 0.05)**

Tablo 23 : Mandibuler molar dişlerin ortalama ve maksimum ıslırma kuvveti değerleri

	Ortalama ıslırma kuvveti		Maksimum ıslırma kuvveti	
	Kontrol	Deney	Kontrol	Deney
Erkek	$38.41 \pm 4.17^*$	11.45 ± 4.73	$39.66 \pm 3.28^*$	12.17 ± 4.91
Kadın	$34.93 \pm 2.81^*$	11.22 ± 3.30	$37.05 \pm 3.60^*$	11.9 ± 3.28
Genel	$36.51 \pm 3.83^*$	11.34 ± 4.13	$38.22 \pm 3.63^*$	12.04 ± 4.24

±Standart hata

*İstatistiksel olarak anlamlı (p < 0.05)

Deney grubunda alveoler kemik kaybının ıslırma kuvveti üzerine etkisini değerlendirmek için yapılan regresyon analizinde kesici , premolar ve molar dişlerde r^2 değeri sırasıyla 0.354, 0.896 ve 0.467 olarak elde edildi. Premolar dişlerden elde edilen % 89.6 'lık yüksek değer sonrası yapılan analiz sonucunda aşağıdaki regresyon denklemi elde edildi.

OOrtalama ıslırma kuvveti = O.K.

Alveoler kemik kaybı= A.K.K

Ortalama ıslırma kuvveti = O.I.K.

O.I.K.= $68.937 - 2.4423 * A.K.K. + 0.0318 * A.K.K.^3$

TARTIŞMA

Çığneme etkinliği, ısırma kuvveti ölçülerek değerlendirilmektedir. Isırma kuvvetini saptamak için pek çok çalışma yapılmış ve değişik yöntemler geliştirilmiştir. Literatürde, ilk ısırma kuvvetinin 1681 yılında Borelli tarafından ölçüldüğü bildirilmiştir. Borelli molar diş çevresinden geçirdiği ipin ucuna, ağırlık asmiş ve mandibulanın açıp kapama sırasında kaldırabildiği ağırlık miktarını belirlemiştir.^{13,17,32,81} Borelli'nin tasarladığı bu basit kaldırıç düzeneğini takiben gnatodinamometre geliştirilmiştir. İlk dönemlerde kullanılan gnatodinamometrelerden bir tanesinde, metal yuvada hareket eden piston üzerine ısırma kuvveti uygulanmıştır. Dişlere zarar gelmemesi için pistonun üzeri plastik gibi yumuşak materyallerle kaplanmıştır. Bu sistemde pistona kuvvet uygulandığında, pistonun ittiği sıvı ince bir borucuk yardımıyla sıvı basıncını ölçen alete aktarılmaktadır. Isırma kuvveti bu şekilde kalibre edilerek ölçülmektedir. Pistonun altına ve üzerine geniş plak konarak, daha çok dışten ölçüm yapılması sağlanmıştır. Diğer gnatodinamometre ise üzerinde skala bulunan metale, iki plaka ekierek imal edilmiştir. Bunlardan, hareket edebilen plakaya yay eklenmiş, ısırma kuvveti yaya bağlanan ibredeki skaladan okunmuştur.²⁶ Bu mekanik gnatodinamometrelerin düşük hassasiyetleri nedeniyle ısırma kuvvetinin ölçümü için yeni teknikler geliştirilmiştir. Strengeçli gnatodinamometrelerde ise gevşek pimlerle bağlı iki plaka arasına, ısırma anında gnatodinamometrenin dışın pozisyonuna göre hareket edebilmesi için küre yerleştirilmiştir. Isırma kuvveti metal plakalar üzerine yerleştirilen strengeçler yardımıyla ölçülmüştür. Ancak bu düzenekte sadece bir grup dişte ölçüm yapılmakta, tek bir dişe ait ısırma kuvveti ölçümü yapılamamaktadır. Isırma kuvveti ölçülecek dişlerin sayısı ile orantılı boyutta hazırlanmış plakalar, üzerlerine uygulanan kuvveti ölçecek cihaza bağlanmışlardır.⁴³ Son yıllarda kullanılan ısırma çatalı adı verilen düzenek ise ; biri sabitlenmiş diğer ucu

serbest bırakılmış iki metal çelik çubuk veya plakadan oluşmaktadır. Kişi hareketli oian ucu ısırmakta, metalin esnemesi sırasında strengeçlerdeki boyutsal değişikler sinyal kaydediciye aktarılmaktadır. Anderson 1953 yılında, hastanın inley dolgusu içerisinde yerleştirdiği strengeçlerle, çığneme sırasında oluşan ısırma kuvvetini ölçmüştür. Benzer şekilde farklı araştırmacılar, sabit protez kaidesi ve hareketli protez kaidesine strengeç yerleştirerek çığneme sırasında dinamik ısırma kuvvetini ölçmüştür.^{26,80,83} Ancak dinamik ısırma kuvveti ölçümü için kullanılan bu yöntemin, tek apareyle pek çok hastada ölçüm yapma olanağı yoktur. Isırma kuvveti ölçümünde kullanılan diğer bir yöntem de, ses transmisyon yöntemi^{8,11}dir. Bu yöntemde ekstra oral olarak yerleştirilen, sese veya basınca duyarlı tranducerlar aracılığıyla tüm arkta ısırma kuvveti ölçülmektedir. Bu yöntemde de tek dişte ısırma kuvveti ölçülememektedir. Ayrıca son yıllarda ısırma kuvvetinin ölçümünde kullanılmak üzere Dental Prescale yöntemi geliştirilmiştir. Bu yöntemde, endüstride kullanılan özel bir malzeme olan Prescale, dişhekimliği kullanımına uygun esneklik ve kalınlıkta geliştirilmiştir. Basınca duyarlı bu yapraklar ısırdığında mikrokapsüller kırılmakta, içerisindeki renk veren granüller dışarı çıkmaktadır. Isırma kuvveti sonrası açığa çıkan renk (Dental Occlusion Pressuregraph) görüntü tarayıcısı yardımıyla değerlendirilmektedir. Ancak bu yöntemle, sadece tüm arkta ölçüm yapılmakta, tek dişte ölçüm yapılamamaktadır.^{23,45,54}

Yapılan literatür incelemesi sonucunda, istenilen her hastada standart ağız açıklığında, tek dişte ısırma kuvvetini ölçebilen, bireysel olmayan bir ölçüm yöntemine ve aparata gereksinim olduğu saptanmıştır. Literatürde, Tortopidis ve arkadaşları'nın⁷⁵ anterior, posterior unilateral, posterior bilaterel olmak üzere üç ısırma çatalı kullandığı belirlenmiştir. Bu çalışmada, posterior unilateral ısırma çatalı tipi, metal plaka genişliği azaltılarak, tek dişten ölçüm yapan ısırma çatalı geliştirilmiştir. Tortopidis ve arkadaşları⁷⁵ her hastadan ölçüm alarak, ısırma kuvveti ölçülecek dişlere özel akrilik plak hazırlamışlardır. Ancak bu uygulama geniş hasta gruplarında çalışma imkanını kısıtlamaktadır. Çalışmamızda akrilik plaklar yerine, ısırma çatalının ucuna (dişlerin temas etiği bölgelere) hastaların

sert metali ısırmaktan çekinebilecekleri düşünülerek ikişer mm kalınlıkta plastik tabakalar yapıştırılarak, hastaların ısırma kuvvetlerini tam olarak uygulamaları sağlanmıştır. Ancak, bu ısırma çatıyla 1. molar dişte ısırma kuvveti ölçümü yapılırken, ısırma çatalının ağız içeresine yerleştirilmesi sırasında dudak komissurası nedeniyle güçlük yaşanmıştır. Isırma çatalı sadece 1. molar dişte ısırma kuvvetini ölçmeye olanak vermiş, 2. molar dişte ısırma çatalı ağıza yerleştirme gücü nedeniyle ısırma kuvveti ölçülemediği için 2. molar dişler bu çalışmaya alınmamıştır. Düzenek, otoklavda ve kuru sterilizasyonda bozulacağı için streç filmle sarılarak tükürükle teması engellenmiş ve her hastada kullanım öncesi dezenfektan solusyon ile, üretici firmانın önerdiği süre uygulanarak dezenfekte edilmiştir. Daha sonra bu aparey otoklavda sterilize edilmiş bez içinde saklanmış ve aynı işlem tüm hastalarda tekrarlanmıştır.

Çalışmamızda periodontal olarak sağlıklı gruptaki hastaların ısırma kuvveti ölçümü sırasında, bireylerin kaslarında hissettiği yorgunluk nedeniyle ısırma kuvveti uygulamasını bıraktıkları gözlenmiş ve bu andaki ısırma kuvveti değeri kaydedilmiştir. Ancak periodontitisli dişlerin yer aldığı deney grubunda, ağrı faktörü ısırma kuvveti ölçümünde temel kriter olarak alınmıştır. Hastanın ağrı duyduğu andaki ısırma kuvveti değeri maksimum ısırma kuvveti olarak kaydedilmiştir. Diğer bir deyişle hastaların uygulayabildiği maksimum ısırma kuvvetinin saptanmasında ağrı kriteri kullanılmıştır. Çığneme işleminin beyinde yer alan bir model oluşturan merkez tarafından programlandığı bilinmektedir.⁵⁵ Bu programlanmış çığneme modeli ağıza alınan sert bir cisim tarafından bozulmakta, periodontal mekanoreseptörlerin etkisi ile çenenin açılma refleksi meydana gelmektedir. Bizim çalışmamızda da ısırma kuvveti ölçümünde kullandığımız ısırma çatalı dişlere temas ettiğinde, periodontal ligamentteki mekanoreseptörler stimule olarak çenenin açılma refleksi meydana gelmekte ve oluşan, ağrı nedeniyle periodontitisli hastanın ısırma kuvveti sınırlanmaktadır. Diş, periodontal dokularının tolere edebileceği kadar ısırma kuvvetini taşıyabilmekte, bu sınırı aşan miktarlarda ağrı tepkisi vermektedir. Periodontal mekanoreseptörlerin ısırma kuvveti üzerindeki etkisini belirlemek için

araştırcılar lokal anestezi sonrası dişlerin ısırtma kuvvetini ölçmüştür.¹³ Bazı araştırcılar^{22,70,82} lokal anestezi sonrası ısırtma kuvvetinin arttığını belirtirken bazıları da azalliğini ileri sürmektedirler. Helsing²² anestezi öncesi ısırtma kuvvetini 17.7 kg, anestezi sonrası ise 22 kg olarak belirlemiştir. Araştırcı çığneme gibi otomatik olarak programlanmış motor aktivitelerde, periferden uyarımların modeli etkilediğini savunmaktadır. Bu araştırcılar dişe uygulanan kuvvet arttıkça, periodontal membranda oluşan gerilim nedeniyle, belirli bir eşikten sonra ağrı hissedildiğini belirtmişlerdir. Ancak anestezi uygulandığında alveoler mukoza, periodontal ligament ve alveoler kemikteki reseptörlerin devre dışı bırakıldığını, ısırtma kuvvetini sınırlayan bir faktör olmadığı için ısırtma kuvvetinde artış olduğunu ileri sürmüşlerdir. Lund ve Lamarre ise³⁷ 1976 yılında yaptıkları çalışmalarında lokal anestezi sonrası ısırtma kuvvetinde azalma olduğunu saptamışlardır.

Isırma çatalının oluşturulmasında önemli diğer bir nokta dişler arasındaki dikey boyuttur. Isırma kuvvetini ölçerken dişler arası dikey boyutun 15-20 mm olduğu yapılan çalışmalarla belirlenmiştir.^{57,61,69} Bazı araştırcılar⁵⁰ ise maksimum ısırtma kuvvetinin 17 mm'lik dişler arası mesafede elde edildiğini ve bu vertikal boyuttaki artış veya azalmanın ısırtma kuvvetini etkilediğini saptamışlardır. Bu araştırcılar birinci molar dişler bölgesinde 9-11 mm'lik ağız açıklığında, ısırtma kuvvetinde maksimum artış saptamışlardır. Dişler arasındaki vertikal boyuttaki artış veya azalmayı, kas fibrillerindeki gerilime bağlı boyutsal değişime bağlamışlardır. Bu araştırcılar vertikal boyuttaki değişime bağlı kas içciklerinde gözlenen değişimin ısırtma kuvvetini etkilediği düşünmüşlerdir. Bu nedenle bu çalışmada kullanılan ısırtma çatalının plakaları arası mesafe 14 mm olacak şekilde dizayn edilmiştir.

Anterior ve posterior dişlerin ısırtma kuvvetinin farklı olduğu bilinmektedir. Isırma sırasında kesici dişlerin uyguladığı kuvvetin, molar dişlerin uyguladığı kuvvetin %43'ü kadar olduğu belirlenmiştir.^{26,7} Bizim çalışmamızda periodontal olarak sağlıklı dişlerin ısırtma kuvvetinin kesici dişler arasında 10.96 kg,

premolar dişler arasında 23.20 kg ve molar dişler arasında ise 35.09 kg olduğu saptanmıştır. Diğer bir deyişle kesici dişler arasındaki ısrarla kuvvetinin molar dişler arasındaki ısrarla kuvvetinin, %31'ine denk geldiği saptanmıştır. Araştırcılar⁸⁹ dişler arası ısrarla kuvveti değerlerini kesiciler için 14 kg, premolarlar için 19 kg ve molarlar için 30 kg olarak ölçmüştür. ısrarla kuvvetinin kesiciler bölgesinde, birinci büyük azılar bölgesinde oranla üçte bir, hatta dörtte bir değer aldığı belirlenmiştir.⁷ Bu durum molar dişlerin yaklaşık 335 mm²lik kök yüzey alanına karşın, kesici dişlerin yaklaşık 139 mm²lik kök yüzeyi alanına sahip olması, dolayısıyla daha fazla periodontal ligament alanına sahip olması şeklinde açıklanmaktadır.^{48,81,84} Ayrıca ısrarla kuvveti ölçümünde, ısrarla çatalı anterior bölgeye yerleştirildiğinde oluşan mandibuler protrüzyon nedeniyle masseter kası ile birlikte medial pterygoid kas kuvvetleri de ısraraya katkı yapmaktadır. Daha posterior bölgede yapılan ısrarla kuvveti ölçümelerinde temporal kasın anterior fibrilleri aktif hale geçerek ısrarla kuvvetine katkıda bulunmaktadır.^{63,75}

Bu çalışmada kanin dişlerde ısrarla kuvveti ölçülmemiştir. Lyons ve arkadaşları⁴⁰ çalışmalarında kanin dişlerde ısrarla sırasında, mandibulanın lateral hareketleri nedeniyle karşı taraftaki lateral pterygoid ve masseter kasında kontraksiyon saptamışlardır. Bu kontraksiyonun ise, istenmeyen ağırlara neden olacağını ve bunun da ısrarla kuvvetini etkileyeceğini belirtmişlerdir. Lyons ve arkadaşları⁴⁰ kanin dişlerde ısrarla kuvvetini ölçerken, bu dişlerin oklüzyon nedeniyle akrilik başlık yapımı gerektirdiğini ileri sürmüşlerdir. Ancak kanin diş hariç diğer dişlerde (kesici premolar ve molar) bu tür bir uygulamanın olmamasının, çalışmanın sonuçlarının diş grupları arasında karşılaşmasıında, sağlıklı sonuçlar vermeyeceği düşünülerek, kanin dişler çalışma dışı bırakılmıştır. Ayrıca bu konuda yapılan diğer çalışmalarında da kök yüzey alanı geniş olan kanin dişler, kesici dişler grubuna dahil edilmemiştir.^{5,50,60,61,72,82,85}

Bu çalışmada ısimra kuvveti ölçülen dişler kron veya köprü gibi protetik restorasyon taşımamaktadır. Paphangkorakit ve arkadaşları⁶¹ yaptıkları çalışmada maksimum ısimra kuvvetini üst kesici dişlerde kronlu ve kronsuz olarak ölçmüştürlerdir. Sonuçta diş kronlandığı zaman ısimra kuvvetinde artış olduğunu saptamışlardır. Bu araştırcılar diş kronlandığı zaman dişe gelen kuvvetin tek bir noktaya değil de daha geniş yüzeye dağıldığını belirtmişlerdir. Paphangkorakit ve arkadaşları⁶⁰ dişlere uygulanan ani kuvvetlerin dentin tübüllerindeki sıvının hızlı hareketine neden olduğunu bildirmiştir. Dişe gelen kuvvet ne kadar lokalize olursa basınç artışının o kadar fazla olacağını ve dentin tübüllerindeki sıvının hızlı hareket edeceğini iddia etmişlerdir. Sonuçta kronlanmış dişlerde kuvvet daha geniş alana yayıldığı için, stresin azaldığını ve ağrı eşiğinin de yükseldiğini savunmuşlardır. Bu bilgilerin ışığında kronlanmış dişler çalışma dışı bırakılmıştır.

Çalışmada dolgulu dişler de, kronlanmış dişler gibi çalışma dışı bırakılmıştır. Kampe ve arkadaşları²⁷ dolgulu ve dolgusuz dişlerin ısimra kuvvetini karşılaştırıldığı çalışmalarında maksimum ısimra kuvvetini kontrol grubunda molar dişlerde ortalama 53 kg, deney grubunda 51 kg olarak saptamışlardır. Bu çalışma sonucunda dolgulu dişlerin çığneme sistemi üzerinde olumsuz etkilerinin olabileceği hipotezi ileri sürülmüştür. Tylman ve arkadaşları da⁸⁰ çalışmalarında, dolgulu dişlerin ısimra kuvvetini negatif yönde etkilediğini saptamışlardır.

Çalışmada deney grubu ile kontrol grubunda yer alan bireylerin yaş ortalaması farklı bulunmuştur. Deney grubunda yer alan 76 bireyin yaş ortalaması 48, kontrol grubunda yer alan 69 bireyin yaş ortalaması ise 42 olarak belirlenmiştir. Deney grubunda yer alan bireylerin yaş ortalamaları, kontrol grubuna oranla daha düşük saptanarak aralarında istatistiksel olarak anlamlı fark bulunmuştur. Bu çalışmada önce deney grubundaki dişler tamamlanmış, daha sonra kontrol grubunda yer alan bireylerin yaş ortalaması saptanmıştır. Deney grubuna ait bu yaş ortalaması göz önüne alınarak kontrol

grubuna alınacak bireyler seçilmiştir. Ülkemizde 48 yaş üzeri periodontal olarak sağlıklı, ataşman kaybı olmayan dişlere sahip bireyleri bulmak oldukça güç olduğu için kontrol grubu yaklaşık bir yıllık sürede tamamlanabilmiştir.

Bu çalışmada kontrol grubundaki bireylerde ısimra kuvveti ile yaş arasında istatistiksel olarak anlamlı bir ilişki saptanamamıştır. ısimra kuvveti üzerinde yaşın etkisini inceleyen çalışmalarda farklı sonuçlar elde edilmiştir. Araştırcılar⁶⁵ ısimra kuvvetinin çocukluktan itibaren giderek attığını ve 20 ile 40'lı yaşlar arasında sabitlendiğini ve daha sonra düşüse geçtiğini saptamışlardır. Braun ve arkadaşları⁵ da çalışmalarında ısimra kuvveti ile yaş arasında anlamlı ilişki olmadığını saptamışlardır. Konu irdelenirken yaştan çok alveoler kemik kaybının göz önüne alınması doğru olacaktır. Bazı araştırcılar²⁰, bireylerin ağız ve diş sağlıklarını, ilerleyen yaşa rağmen koruduklarında çığneme kuvveti üzerinde yaşın direkt etkisinin olmadığını belirtmektedirler.

Çalışmada alveoler kemik kaybı olmayan sağlıklı periodontal dokulara sahip bireylerde ısimra kuvveti ; kesicilerde ortalama 11 kg, premolar dişlerde 23 kg, molar dişlerde ise 35 kg olarak saptanmıştır. Bu konu ile ilgili yapılmış ve yöntemi bize yakın olan çalışmalarla ısimra kuvveti değeri kesici dişlerde 14, premolarlarda 19 kg ve molarlarda 30 kg olarak saptanmıştır.^{89,74,75,80} Sağlıklı dişlerdeki ısimra kuvveti ile ilgili çalışmalar ele alındığında, yöntem farklılığı nedeniyle ısimra kuvveti değerleri farklıdır.

Bu çalışmada ortalama ısimra kuvveti, ortalama % 71.75'lik alveoler kemik kaybı olan kesicilerde 3.8 kg , % 64.5 'lik alveoler kemik kaybı olan premolarlarda 6.3 kg ve % 55.65'lik alveoler kemik kaybı olan molarlarda ise 10.9 kg olarak belirlenmiştir. Deney grubunda yer alan tüm dişlerde (kesici, premolar,molar) alveoler kemik kaybı miktarı arttıkça, ısimra kuvvetinin de azaldığı saptanmıştır ($p<0.05$). Özellikle premolar diş grubunda alveoler kemik kaybı ile ısimra kuvveti arasında ki korelasyon katsayısının oldukça büyktü olması nedeniyle bu ilişki

İsırma kuvveti = $68.937 - 2.4423 * (\text{alveoler kemik kaybı}) + 0.0318 * (\text{alveoler kemik kaybı})^3$ şeklinde formülize edilmiştir . Elde edilen bu formül yardımıyla periodontitisli premolar dişte alveoler kemik kaybı belirlenerek, isırma kuvveti miktarı saptanabilecektir.

Bu verilere göre deney grubunda belirlenen isırma kuvvetinin , kontrol grubunun % 30' una eşdeğer olduğu belirlenmiştir. Diğer bir deyişle kontrol grubunda belirlenen isırma kuvveti , deney grubundakinden 3.30 kat daha fazia saptanmıştır. Öte yanda kesici dişlerde ölçülen isırma kuvvetinin kontrol grubunun %35' ine, premolar dişlerde kontrol grubunun % 27' sine, molar dişlerde ise % 31'ine eşit olduğu bulunmuştur.

Bu çalışmanın bulguları, alveoler kemik kaybı miktarı arttıkça, periodontal mekanoreseptör fonksyonunun eşik değerinin düşüğünü, dolayısıyla isırma kuvvetinin azaldığını savunan hipotezi desteklemektedir.^{38,83,84} Watt ve arkadaşları⁸⁴ 1958 yılında yaptıkları çalışmada maksiller ve mandibuler kesici dişlerdeki periodontal hastalığı az(1) , orta(2) , şiddetli(3) olarak skorlamışlar, isırma kuvveti ile periodontal hastlığın şiddeti arasındaki ilişkiyi araştırmışlardır. Bizim çalışmanın yönteminin farklı oluşu nedeniyle bir karşılaştırma yapmak uygun olmamakla beraber, Watt ve arkadaşlarının⁸⁴ çalışması kendi içinde değerlendirildiğinde ; periodontal skoru 1(az) olan lateral kesicilerde isırma kuvvetini ortalama 20 kg olarak belirlerken, periodontal hastalık skoru 3(şiddetli) olanlarda bunu 7.5 kg olarak belirlemiştir. Periodontal skoru 1 olan santral kesici dişlerde isırma kuvvetini 20 kg, periodontal skoru 2 olanlarda 12 kg, periodontal skoru 3 olanlarda ise 10 kg olarak saptamışlardır. Araştırmacılar bu çalışmanın sonucunda periodontal hastlığın derecesi arttıkça isırma kuvvetinin azaldığını belirlemiştir. Ancak bu araştırmacılar periodontal hastlığın belirlenmesinde kullanılan kriteri ve isırma kuvveti ölçümünde kullanılan yöntemi belirtmemiştir.

Lundgren ve Laurell³⁸ 1986 yılında yaptıkları çalışmalarında periodontitisli destek dişlerin kullanıldığı köprülerde, strengeçli ısimra çatalı kullanarak yaptıkları ölçümelerde, tek noktada alınan ısimra kuvveti ölçümelerinin periodontal dokularda ve temporomandibular eklemde bulunan reseptörleri tarafından sınırlandığını belirtmişlerdir. Araştırmacılar, ısimra kuvveti ölçümü sırasında hastaların uyguladığı kuvvetin dokularda oluşan ağrı nedeniyle kısıtlandığı ve bölgedeki periodontal doku miktarının ısimra kuvveti üzerinde etkili olduğunu savunmuşlardır. Ancak ısimra kuvveti ölçümelerinin periodontitisli dişten direkt olarak yapılmayıp, köprü gövdelerinden yapılması nedeniyle bu çalışma bizim çalışmamızla karşılaştırılamaktadır.

Waltimo ve arkadaşları³¹ 1994 yılında yaptıkları çalışmada ısimra kuvvetini, ısimra çatalı kullanarak sağlıklı dişhekimliği öğrencileri üzerinde tek bir dişten ve splintlenmiş altı adet üst kesici dişten ölçümlerdir. Üst santral kesici dişte yapılan ısimra kuvveti ölçümünde 13.9 - 23.3 kg arasında, üst sağ santral kesici ile üst sol kanin dişlerde yapılan ölçümde ise 33.9 – 49.1 kg arasında değerler belirlemiştir. Sonuç olarak ısimra çatalına temas eden diş sayısı arttıkça doğru orantılı olarak maksimum ısimra kuvvetinin de arttığını saptamışlardır. Tek dişte yapılan ölçümelerde dişteki ve destekleyici yapılardaki ağrının kısıtlayıcı unsur olduğu belirlenmiştir. Bu araştırmacılar periodontal alanın büyülüğu ile uygulanabilen ısimra kuvveti miktarı arasında ilişki olduğunu, periodontal alan arttıkça ısimra kuvvetinin de arttığını savunmaktadır.

Kleinfelder ve Ludwig³² 2002 yılında yaptıkları çalışmada, periodontal doku desteği azalmış dişlerin ısimra kuvveti ile periodontal olarak sağlıklı dişlerin ısimra kuvveti arasındaki ilişkiyi araştırmışlar ancak gruplar arasında ısimra kuvveti yönünden anlamlı fark saptamamışlardır. Araştırmacılar çığneme sırasında uygulanan kuvvetlerin, çığneme kasları tarafından sınırlandığını ve periodontal doku miktarının ısimra kuvveti üzerinde etkisiz olduğunu savunmaktadır. Sonuç olarak araştırmacılar periodontal ligament alanı ile maksimum ısimra kuvveti arasında korelasyon olmadığını bulmuşlardır.

Araştırcılar çığneme sırasında periodontal dokuların, kuvvetleri tolere edebilme kapasitelerinin sadece bir kısmının kullandığını; dolayısıyla çığneme kuvvetlerinin periodontal doku kapasitesi ile değil, çığneme kasları ile sınırladığını belirtilmektedirler. Bu araştırcıların çalışmasında yer alan periodontitisli diş sayısı 10 'dur. Fakat bu diş sayısının, periodontal alan miktarının ıslırma kuvveti üzerindeki etkisi üzerinde bilimsel olarak bir değerlendirme yapılabilmesi için yetersiz olduğunu düşünüyoruz. →

Çanaklı ve arkadaşları⁸ 2002 yılında yaptıkları çalışmada farklı alveoler kemik seviyesine sahip, periodontitisli kesici ve premolar dişlerde hangi kuvvette vertikal kuvvetlere karşı ağrı yanıtı olduğunu vizuel ağrı skaliasıyla (VAS) değerlendirmiştir, periodontal tedavi öncesi ve sonrası bu kuvvetlere karşı direncin artıp artmadığını belirlemiştirler. Bu araştırcılar alveoler kemik kaybı % 40-54 olan kesici dişlerin 6.8 kg'lık ; alveoler kemik kaybı % 55-69 olanların 4.9 kg'lık : alveoler kemik kaybı % 70 ve üzeri olanların ise 2.6 kg'lık

arasında istatistiksel olarak anlamlı fark saptanmasa da maksiller premolar dişlerin mandibular premolar dişlerden rakamsal olarak daha fazla ısrıma kuvveti uyguladığı bulunmuştur. Maksiller molar dişlerin ısrıma kuvveti (33.67 kg) ile, mandibular molar dişlerin ısrıma kuvveti (36.51 kg) arasında istatistiksel olarak anlamlı fark saptanamasa da, maksiller molar dişlerle mandibular molar dişlerin ısrıma kuvveti arasında rakamsal olarak fark saptanmıştır. Bu durum mandibular molar dişlerin ısrıma kuvvetinin fazla olması, mandibular molarların kök yüzey alanının (352 mm^2), maksiller molar dişlerin kök yüzey alanından (335 mm^2) daha büyük olmasıyla açıklanabilir.⁶

Çalışmamızda deney grubunda yer alan dişler maksiller ve mandibuler dişler olarak gruplandırıldığından, maksiller kesici dişlerde ısrıma kuvveti ortalama 4.63 kg, mandibuler kesicilerde 3,03 kg olarak belirlenmiştir. Maksiller ve mandibuler kesici dişler arasında ısrıma kuvveti yönünden istatistiksel olarak anlamlı fark saptanmasa da maksiller kesici dişlerin ısrıma kuvvetinin rakamsal olarak mandibuler kesicilerinkinden daha fazla olduğu görülmektedir. Bu fark maksiller kesici dişlerin kapladığı kök alanın mandibuler dişlere kıyasla daha büyük olmasınayla açıklanabilir. Maksiller premolar dişlerde ortalama ısrıma kuvveti 5,71 kg, mandibuler premolar dişlerde 6.94 kg olarak saptanmıştır. Maksiller ve mandibuler premolar dişler arasında ısrıma kuvveti yönünden istatistiksel olarak anlamlı fark saptanmasa da, maksiller premolar dişlerin ısrıma kuvveti, rakamsal olarak mandibuler premolarlardan daha azdır. Premolar dişlerin cinsiyet dağılımına bakıldığından maksiller premolar dişler grubunda mandibular premolar dişler grubuna oranla daha az sayıda erkek birey bulunduğu belirlenmiştir. Bu sonuç maksiller premolar dişlerin daha az ısrıma kuvveti uygulamasını açıklamaktadır. Deney grubunda maksiller molar dişlerde ortalama ısrıma kuvveti 10.39 kg, mandibuler molar dişlerde 11.34 kg olarak belirlenmiştir. Maksiller ve mandibuler molar dişler arasında ısrıma kuvveti yönünden istatistiksel olarak anlamlı fark saptanmasa da mandibular molar dişlerin ısrıma kuvvetinin maksiller molarlardan daha fazla olması,

mandibular molar dişlerin kapladığı kök yüzey alanının(352 mm^2), maksiller dişlerden (335 mm^2) daha fazla olması şeklinde açıklanabilir.^{6,84}

Çalışmamızda kontrol grubundaki dişler gruplandırılmadan ve gruplandırılarak (kesici, premolar ve molar) cinsiyet ve ısrıma kuvveti arasındaki ilişki araştırıldığında, her iki durumda da ısrıma kuvvetinin erkeklerde kadınlara kıyasla istatistiksel olarak anlamlı düzeyde daha yüksek olduğu saptanmıştır ($p < 0.05$). Kontrol grubundaki erkeklerde ısrıma kuvveti kesici dişlerde 12 kg , kadınlarda ise 10 kg ; premolarlarda erkeklerde 24.7 kg ,kadınlarda 21.8 kg ; molarlarda erkeklerde 37.9 kg, kadınlarda 32 kg olarak belirlenmiştir. Bu bulgumuz literatürdeki ısrıma kuvveti ile cinsiyet arasındaki ilişkiyi belirleyen çalışmalarla benzer şekilde uyumludur.^{5,7,10,21,69,81,84,90}

Bu çalışmada deney grubundaki dişler gruplandırılmadan ve gruplandırılarak cinsiyet ve ısrıma kuvveti ilişkisi araştırıldığında , erkeklerin ısrıma kuvveti ile kadınların ısrıma kuvveti arasında istatistiksel olarak anlamlı fark bulunamamıştır. Deney grubundaki kesici dişlerde ısrıma kuvveti , kadınlarda 3.67 kg , erkeklerde 3.92 kg ; premolarlarda kadınlarda 6.09 kg, erkeklerde 6.57kg ; molarlarda kadınlarda 10.76 kg , erkeklerde 10.96 kg olarak saptanmıştır. Kesici , premolar ve molar dişlerde kadınların ısrıma kuvveti rakamsal olarak, erkeklerden daha az olduğu görülmektedir.

Deney grubunda ise mobilite ile ısrıma kuvveti arasındaki ilişki değerlendirildiğinde kesici ve premolar dişlerde mobilite derecesi yüksek olanlarda, düşük olanlara kıyasla ısrıma kuvvetinin daha az olduğu ($p < 0.05$) bulunurken, molar diş grubunda ise bu ilişkinin istatistiksel olarak anlamlı olmadığı saptanmıştır. Periodontal desteğin azalması ile birlikte mobilitede artış olmakla birlikte, molar dişlerde mobilite ile alveoler kemik kaybı ilişkisi diğer dişlere göre daha az olduğu ve maksiller molar dişlerin üç köklü oluşları gözönüğe alındığında, bu dişlerin ısrıma kuvvetlerinin fazla olabildiği literatürde yer almaktadır.⁹ Bizim sonuçlarımız da bu değerlendirmeyi destekler yönindedir.

Periodontitisli dişlerin alveoler kemik kaybı ile mobilite değerleri arasındaki ilişki değerlendirildiğinde istatistiksel olarak anlamlı korelasyon olduğu belirlenmiştir. Alveoler kemik kaybı arttıkça, mobilitenin arttığı saptanmıştır. Mobilite derecesi bir olanlarda alveoler kemik kaybının ortalama % 51.3, mobilite derecesi iki olanlarda % 61.1 ve mobilite derecesi üç olanlarda da % 62.3 olduğu belirlenmiştir.

Dişhekimliği pratiğinde, alveoler kemik kaybı olan dişlerin çığneme fonksiyonuna katkıda bulunamayacağı veya tedavi edilemeyeceği düşüncesi ile çekimi düşünülmektedir. Konu ile ilgili yapılan literatür taramasında ısimra kuvveti ölçüm tekniği açıklanmayan bilgilerde, alt-üst hareketli bölümlü protezlerin, sağlıklı dişlerle yapılan ısimra kuvvetinin % 35 'ini yapabildiğini, total protezlerin ise bunun ancak %11'ini yapabildiğini bildirmektedir.⁴⁷ Diğer bir makalede hareketli bölümlü protezlerin, sağlıklı dişlere göre en çok üçte bir, en az altıda bir oranında daha az kuvvetle çığneyebildikleri belirtilmektedir.⁸⁷

Total protezlerin ısimra yeteneğini belirleyen daha detaylı çalışmalar yapılmıştır.^{39,76,87} Ancak total protezlerle ilgili yapılan çalışmalarla, sağlıklı bireylerde yapılan çalışmalara benzer şekilde, kullanılan yöntemlerin farklılığı nedeniyle ısimra kuvvetiyle ilgili farklı değerler saptanmıştır. Lassila ve arkadaşları³⁵ ise 1985 yılında yaptıkları çalışmada maksiller ve mandibuler total protezli hastalarda 3 mm'lik ağız açıklığında, ısimra çatalı kullanarak ölçümler yapmışlar ve ısimra kuvvetini ; molarlarda ortalama 16 kg, premolarlarda 10 kg, kesicilerde 4 kg olarak belirlemişlerdir. Michael ve arkadaşları⁴³ 1990 yılında yaptıkları çalışmada total protezli bireylerden gnatodinamometre kullanarak yaptıkları ölçümlerde, ısimra kuvvetini bilateral olarak premolar ve molar diş gruplarını içeren diş segmentinden yaklaşık 10 mm'lik ağız açıklığında 16 kg olarak belirlemişlerdir. Tortopidis ve arkadaşları⁷⁶ 1999 yılında yaptıkları çalışmalarında ise 8 mm'lik ağız açıklığında, t şekilli ısimra çatalı kullanarak yaptıkları ısimra kuvveti ölçümlerinde total protezli

bireylerde premolar dişler bölgesinde ısimra kuvvetini 11.5 kg olarak saptamışlardır. Yamashita ve arkadaşları⁸⁷ ise 2000 yılında yaptıkları çalışlarında total protezli bireylerde ısimra kuvvetini, gnatodinamometre benzeri özel tasarlanmış aparey kullanarak yaklaşık 23 mm'lik ağız açıklığında, bilateral olarak molar dişler bölgesinde ortalama 28.5 kg olarak ölçmüştür. Fontijn ve arkadaşları¹⁵ 2000 yılında yaptıkları çalışmada stengeçli tranducer kullanarak, total protezli bireylerde tek taraflı ısimra kuvvetini premolarlarda ortalama 3.9 kg, kesicilerde 2 kg olarak saptamışlardır. Protez türleri arasında ısimra kuvveti yönünden en şanssızı total protezler olarak belirlenmiştir.

Lassila ve arkadaşları³⁵ 1985 yılında yaptıkları çalışmalarında maksimum ısimra kuvvetini, ısimra çatalı kullanarak üst total alt parsiyel protezli bireylerde; molarlarda ortalama 15.5 kg, premolarlarda 13 kg, kesicilerde 6 kg olarak belirlemiştir. Üst çene sağlıklı veya parsiyel protezli, alt çene hareketli bölümlü protezli bireylerde maksimum ısimra kuvvetini ; molarlarda 17.5 kg, premolarlarda 16 kg, kesicilerde 12.5 kg olarak ölçmüştür. Yamashita ve arkadaşları⁸⁶ ise 2000 yılında parsiyel protezli bireylerde bilateral maksimum ısimra kuvvetini molarlarda ortalama 40 kg olarak saptamışlardır

Fontijn ve arkadaşları¹⁴ 1998 yılında yaptıkları bir çalışmada implant destekli protezlerde tek taraflı maksimum ısimra kuvvetini kesicilerde 9.5 kg olarak ölçmüştür. Aynı araştırmacılar 2000 yılında yaptıkları bir başka çalışmada¹⁵ implant destekli protez kullanan bireylerde, çığneme sırasında tek taraflı ısimra kuvvetini premolarlarda 6.9 kg, kesici dişlerde 3.9 kg olarak saptamışlardır.

Bu konu ile ilgili yapılmış çalışmalar arasında en son tekniği uygulamış olması nedeniyle Fontijn ve Tekamp'in¹⁵ çalışması rehber alınacak olursa, çekim endikasyonu konan periodontitisli dişlerin ısimra kuvvetinin tek başına, total protezlerin uyguladığı ısimra kuvvetinden yüksek olduğu görülmektedir. Diğer bir deyişle, çekimi düşünülen dişlerin ısimra kuvveti, yerine planlanacak

protezlerin ısrarla kuvvetinden daha yüksektir. Bu çalışmada % 50' den fazla alveoler kemik kaybı nedeniyle, çekimi düşünülen dişlerin, total protezlerden yaklaşık 2 kat daha fazla ısrarla kuvveti uyguladığı saptanmıştır. Sonuç olarak ileri düzeyde alveoler kemik kaybı olan dişlerin çekimi yönündeki yaklaşımımızı değiştirmemiz gerekmektedir.

Alveoler kemik kaybı miktarı ile ısrarla kuvveti arasındaki ilişkiyi araştıran çalışma sayısı yok denecek kadar azdır. Bu konu ile ilgili olarak gerek kullanılan yöntem, gerek ısrarla kuvveti ölçülen dişlerin özellikleri açısından daha ileri çalışmaların yapılmasına gerek vardır.

SONUÇ

Bu çalışmanın sonunda şu sonuçlar elde edilmiştir :

- 1- Periodontitis nedeniyle çekimi düşürülen veya çekimine karar verilen deney grubuna ait dişlerde ortalama ısrıma kuvveti ortalama 6.99kg, periodontal olarak sağlıklı dişlerde (kontrol grubunda) ise 23.08kg olarak saptanmıştır. Periodontitisli dişlerin ısrıma kuvveti, periodontal olarak sağlıklı dişlerin %30'una denk gelmektedir. Diğer bir deyişle periodontal olarak sağlıklı dişlerin ısrıma kuvveti periodontitisli dişlerin 3.3 katı kadardır.

- 2- Deney grubundaki tüm diş gruplarında (kesici, premolar.molar) alveoler kemik kaybı miktarı arttıkça ısrıma kuvvetinin azaldığı saptanmıştır. Bu ilişki premolar diş grubunda o kadar anlamlı bulunmuştur ki, ısrıma kuvveti ile alveoler kemik kaybı arasındaki ilişki

$$\text{ısrıma kuvveti} = 68.937 - 2.4423 * (\text{alveoler kemik kaybı}) + 0.0318 * (\text{alveoler kemik kaybı})^3$$
³ şeklinde formülize edilmiştir.

- 3- Periodontal olarak sağlıklı diş grubunda erkeklerin ısrıma kuvveti 26kg, kadınların ise 21kg olarak bulunmuştur. Erkeklerin ısrıma kuvvetinin kadınlardan daha fazla olduğu saptanmıştır($p<0.05$).

- 4- Periodontal olarak sağlıklı diş grubunda ısrıma kuvveti ile yaş arasında istatistiksel olarak anlamlı bir ilişki saptanmamıştır. ısrıma kuvvetini yaş etkilememektedir.

- 5- ısrıma kuvvetinin kesici dişlerden premolar ve molar dişlere doğru arttığı belirlenmiştir. Kontrol grubundaki ortalama ısrıma kuvveti kesici, premolar ve molar dişlerde sırasıyla; 11kg, 23kg ve 35kg olarak saptanmıştır. Deney grubundaki kesici dişlerde 3.9kg, premolar dişlerde 6kg, molar dişlerde ise 11kg olarak ölçülmüştür.

- 6- Mobilite ile ısrıma kuvveti arasındaki ilişki değerlendirildiğinde kesici premolar dişlerde mobilite derecesi yüksek olanlarda, düşük olanlara kıyasla ısrıma kuvvetinin daha az olduğu ($p<0.05$), bulunurken, molar diş grubunda ise bu ilişkinin istatistiksel olarak anlamlı olmadığı saptanmıştır($p>0.05$). Molar dişlerde mobilite derecesi ile ısrıma kuvveti arasında istatistiksel olarak anlamlı bir ilişki kurulamaması maksiller molar dişlerin üç kökü olmasına açıklanabilir.
- 7- Mobilite ile alveoler kemik kaybı arasındaki ilişki değerlendirildiğinde istatistiksel olarak anlamlı korelasyon olduğu belirlenmiştir. Alveoler kemik kaybı arttıkça, mobilitenin arttığı saptanmıştır. Mobilite derecesi bir olanlarda alveoler kemik kaybının ortalama % 51.3, mobilitesi iki olanlarda % 61.1 ve mobilitesi üç olanlarda da % 62.3 olduğu belirlenmiştir.

ÖZET

Bu çalışmanın amacı periodontitis nedeniyle çekimine karar verilen veya çekimi düşünülen dişlerin tek diş bazında ısimra kuvvetinin belirlenmesi, periodontal olarak sağlıklı dişlerinkile karşılaştırılması; alveoler kemik kaybı miktarı, cinsiyet, yaş, mobilite ile ısimra kuvveti arasındaki ilişkinin araştırılmasıdır. Bu çalışmada yaşıları 30 ile 78 arasında değişen, 78'i erkek, 67'si bayan olmak üzere 145 bireye ait, 120'si periodontitis nedeniyle çekim endikasyonu konan veya çekimi düşünülen, 120'si de periodontal olarak sağlıklı dişler olmak üzere toplam 240 dişin ısimra kuvveti ölçülmüştür. Gerek deney gerekse kontrol grubundaki dişlerin 40'ı kesici, 40'ı premolar, 40'ı molar dişlerden oluşmaktadır. Deney grubundaki dişlerden alınan periapikal radyografiler üzerinde alveoler kemik kaybı miktarı hesaplanmıştır. ısimra kuvveti tarafımızdan geliştirilen strengeçli ısimra çatalıyla ölçülmüştür. ısimra kuvveti deney grubundaki ortalama % 71.75'lik alveoler kemik kaybı olan kesicilerde 3.7 kg, ortalama % 64.5'lik alveoler kemik kaybı olan premolarlarda 6.3 kg, % 55.65'lik alveoler kemik kaybı olan molarlarda 10.7 kg olarak belirlenmiştir. Kontrol grubundaki dişerde ısimra kuvveti sırasıyla kesicilerde 11 kg, premolarlarda 23 kg, molarlarda ise 35 kg olarak saptanmıştır. Tüm diş gruplarında (kesici, premolar,molar) alveoler kemik kaybı arttıkça ısimra kuvvetinin de azlığı belirlenmiştir($p<0.01$). Kontrol grubunda erkeklerin ısimra kuvveti 26 kg, kadınların ise 21 kg olarak saptanmıştır. Erkeklerin ısimra kuvvetinin kadınlardan daha fazla olduğu belirlenmiştir($p>0.05$). Kontrol grubunda ısimra kuvveti ile yaş arasında istatistiksel olarak anlamlı ilişki saptanmamıştır. Periodontal olarak sağlıklı dişlerde ısimra kuvvetinin kesicilerden molarlara doğru istatistiksel olarak anlamlı şekilde arttığı belirlenmiştir. Bu çalışmanın sonucu periodontal membran alan miktarı arttıkça ısimra kuvveti artar hipotezini desteklemektedir. Çekimi düşünülen dişlerin ısimra kuvvetinin, yerine planlanacak protezlerin ısimra kuvvetinden daha

yüksek olması nedeniyle alveoler kemik kaybı olan dişlerin çekimi yönündeki yaklaşımın genel protetik tedavi planlama ilkelerine uyulmak ve gerekirse yapımı düşünülen protezlerde bazı planlama önlemlerini almak koşulu ile yeniden gözden geçirilmesi yerinde olacaktır.



ABSTRACT

The aim of the study was to determine the bite force of teeth which will be extracted or indicated for extraction due to periodontitis and compare it with the bite force of periodontally healthy teeth. The relationship between bite force and gender, alveolar bone loss, age, mobility are examined. The study population consisted of 78 male, 67 female subjects in total of 145 subjects. The ages of the subjects ranged between 30 and 78 . 120 teeth which will be extracted or in danger of extraction due to periodontitis were assigned to the control group and 120 periodontally healthy teeth were assigned to the control group. Both the control and the study group consisted of 40 incisor, 40 premolar and 40 molar teeth. The amount of alveolar bone loss of each teeth is calculated using the periapical radiographs. The bite force of teeth are measured using the straingauged bite-fork of our design. The amount of bite force for ; incisors with an average of 71.75% alveolar bone loss is 3.7 kg, premolars with an average alveolar bone loss of 64.5 % alveolar bone loss is 10.7 kg, molars with an average of 55.65% alveolar bone loss is 10.7 kg. On the other hand the bite force of teeth in the control group are as follows; 11 kg for the incisors, 23 kg for the premolars, 35 kg for the molars. In addition to this, for each of the teeth groups (incisors, premolars, molars) it is found that as the amount of alveolar bone loss increases the amount of bite force decreases ($p<0.01$). In the control group no statistically significant difference is found between bite force and age. It is also found that in the control group the amount of bite force increases from the incisors to the molars. The results of the study supports the hypothesis that as the amount of periodontal membrane increases bite force increases. Since the teeth which will be

extracted or indicated for extraction due to periodontitis have more bite force compared to the prostheses designed to replace the extracted teeth, we believe that it is more beneficial to retain teeth with advanced alveolar bone loss instead of extraction.



KAYNAKLAR

- 1.Altunbulak H.(1989). Erişkinlerde posterior diş grubu eksikliklerinin mastikatör indeks (Çiğneme Katsayısı) üzerine etkisinin araştırılması, Doktora Tezi.
- 2.Avery J.K. (1988). Oral Development and Histology, B.C. Decker Inc., 244-249
- 3.Bakke M., Holm B., Jensen L.B., Michler L., Möller E.(1990). Unilateral , isometric bite force in 8-68-year old women and men related to occlusal factors, *Scan. J Res*, 98: 149- 58
- 4.Bell W.E.(1993). Temporamandibular Disorders Year Book Medical Publishers Inc., 62-73
- 5.Braun S., Bantleon H.P., Hnat W., Freudthaler J.W, Marcotte M.R., Johson B.E.(1995). A study of bite force, Part 1:Relationship to various physical characteristics, *The Angle Orthodontist*, 65:367- 372
- 6.Caputo A., Standee J.P. (1987). Biomechanics in clinical dentistry, Quintessence Publishing, 55- 85
- 7.Çalışkocaoğlu S. (1998). Tam Protezler, İstanbul, Cilt 2, 712-725
- 8.Çanakçı V.,Orbak R.,Tezel A.,Çanakçı F.(2002). Clinical response to experimental forces, *Dental Traumatology*, 18: 267- 274
- 9.Çuhadaroğlu M.İ. (1983). Kron-Köprü Protezi, Arkadaş Tıp Kitapları Sermet Matbaası, Kırklareli, 29-40
- 10.Dean S. Jeffrey, Throckmorton S.G., Ellis E.,Sinn D. (1992). A preliminary study of maximal voluntary bite force and jaw muscle efficiency in pre-orthodontic surgery patients, *J Maxillofac Surgery*, 50: 1284-1288,
- 11.De Boever J.A., McCall W.D., Holden S., Ash M.M. (1978). Functional occlusal forces: an investigation by telemetry, *Journal Prosthetic Dentistry*, 40: 326- 333
- 12.Ellis E.,Throckmorton G. (2001). Bite forces after open or closed treatment of mandibular condylar process fractures, *J Oral Maxillofacial Surg*, 59: 389-395

13. Fløystrand F., Kleven E., Øilo Gudbrand. (1982) A novel miniature bite force recorder and its clinical application, *Acta Odontol Scandinavia*, 40, 209-214
14. Fontijn-Tekamp F.A., Slagter A.P., Geertman M.E., Kalk W. (1998). Bite forces with mandibular implant-retained overdentures, *J Dental Res*, 77: 1832-1839
15. Fontijn-Tekamp F.A., Slagter A.P., Van Der Bilt A., Van T.Hof, Witteer D.J., Kalk W., Jansen J.A. (2000). Biting and chewing in overdentures, full dentures and natural dentitions, *J Dental Res*, 79 : 1519-1524
16. Gibbs H.C., Mahan E.P., Lundein C.H., Brehnan K., Walsh K.E., Sinkewiz S.L., Ginsberg B.S. (1981). Okluzal forces during chewing- influences of biting strength and food consistency, *J Prosthetic Dent*, 46, 561-67
17. Gibbs H.C., Mahan E.P., Mauderli A., Lundein C.H., Walsh E.K. (1986). Limits of human bite strength, *J Prosthetic Dent*, 56: 226-229
18. Gibbs C.H., Anusavice K.J., Young H.M., Jones J.J., Esquivel F.J. (2002) Maximum clenching force of patients with moderate loss of posterior tooth support : A pilot study, *J Prosthetic Dent*, 88: 498-502.
19. Guyton A.C. (1986). Tibbi Fizyoloji , Merk Yayıncılık , 815-820
20. Hamada T., Hanada K., Sultana M.H., Kohno S. Yamada Y. (2000). The relationship between frontal facial morph. and occlusal force in patients with TMD, *J Oral Rehab*, 27; 413-421
21. Hatch J.P., Shinkai R.S.A., Rugh J.D., Paunovich E.D. (2001). Determinants of masticatory performance in dentate adults, *Archives of Oral Biology*, 46: 641- 648
22. Hellsing G. (1980). On the regulation of interincisor bite force in man. *J Rehab*, 7:403- 411
23. Hidaka O., Iwasaki M., Saito M., Morimoto T. (1999). Influence of clenching intensity on bite force balance, occlusal contact area and average bite pressure , *J. Dent. Res*, 7:1336-1344
24. Hoffman W. (1964). Axthelm Zahnärztliches Lexikon, 123
25. Jansen van Rensburg (1995). Oral Biology , Quintessence , 425- 430
26. Jenkins Neil G. (1978). The Physiology And Biochemistry Of Mouth. Blackwell Scientific Publ., 501-533

- 27.Kampe T., Haraldson T., Hannez H., Carlsson E.G.(1987). Occlusal perception and bite force in young subjects with and without dental fillings. *Acta Odontol.Scand*, 45 :101-107
- 28.Kawamura Y., Dubner R. (1981). Oral facial Sensory and Motor Function , Quintessence Books, 37- 45, 175- 187
29. Kemppainen P.,Wattimo A.,Palomaki H., Salonen O.,Könen M.,Kaste M. (1999). Masticatory Force and Function in Patients with Hemispheric Brain Infarction and Hemiplegia., *J. Dent. Res.*, 78: 1810-1814
- 30.Keskin H., Özdemir T., Tuncer N., Aksoy C. (1997). Gnatoloji, İstanbul Üniversitesi Dişhekimliği Yayınları , İstanbul, 24-46
- 31.Kesercioğlu A.(1986). Çiğneme fonksiyonunda doğal diş faktörü, İzmir Diş Hekimleri Odası Dergisi, 1(3):14-5
- 32.Kleinfeldter W.J.,Ludwig K. (2002). Maximal bite force in patients with reduced periodontal tissue support with and without splinting, *J. Period*, 73: 1184-1187
- 33.Kikuchi M.,Korioth T.W.P., Hannam A.G. (1997). The association among occlusal contacts, clenching effort, and bite force distribution in man, *J. Dent. Res.*, 76 (6) :1316-1325
- 34.Kirimoto H., Seki Y., Soma K.(2003). Differential roles of periodontal mechanoreceptors of working-side posterior teeth in triggering nonworking-side activities, *J Med Sci.*, 50:47-52
- 35.Lassila V., Halmlund I., Koivumaa K. (1985). Bite force and its correlations in different denture types, *Acta Odontol.Scand*, 43 : 127- 132
- 36.Lucia O.V., Modern Gnatological concepts updated, Quintessence, Chicago, 35- 45
- 37.Lund and Lamarre (1976). The importance of positive feedback from periodontal pressoreceptors during isometric contraction of jaw closing muscles in man. *Journal de Biologie Buccale* , 1; 345- 349.
- 38.Lundgren D., Laurell L. (1986). Occlusal force pattern during chewing and biting in dentitions with fixed bridges of cross-arch extension, *J Oral Rehab* , 13; 57-71

- 39.Lundquist L.W., Carlsson G.E. (1986). Changes in bite force and chewing efficiency after denture treatment in edentulous patients with denture adaptation difficulties, *J Oral Rehab*, 13 ; 21-29
- 40.Lyons M.F., Baxendale R.H. (1990). A preliminary electromyographic study of bite force and jaw closing muscle fatigue human subjects with advanced tooth wear, *J Oral Rehab*, 17: 311- 318
- 41.Manson J.D. (1986). Periodontics, Kimpton Medical, London, 209-216
- 42.McNeill C. (1997). Science and Practice of Occlusion Quintessence, 50-68
- 43.Michael G.C , Javid N.S., Colaizzi F.A., Gibbs , C.H. (1990) . Biting streghth and chewing forces in complete denture wearers. , *J Prosthetic Dent*, 63 : 549-53.
- 44.Miralles R. , Berger B., Íde W., Manns A. , Bull R. (1989). Comparative electromyographic study of muscles in patients with complete dentures and natural dentition, *J Oral Rehab*, 16; 249-255
- 45.Miura H., Watanabe S., Isogai E., Miura K. (2001). Comparison of maksimum bite force and dentate status between healthy and frail elderly persons , *J. of Oral Rehab*. 28; 592-595
- 46.Miyaura K., Matsuka Y., Morita M.,Yamashita A.,Watanabe T.(1999). Comparison of biting forces in different age and sex groups; a study of biting efficiency with mobile and non-mobile teeth, *J. of Oral Rehab*, 26: 223- 227
- 47.Miyaura K., Morita M., Matsuka Y., Yamashita A., Watanabe T. (2000). Rehabilitation of biting abilities in patients with different types of dental prostheses, *J Oral Rehab*, 27; 1073-1076
- 48.Mohl, Zarb, Carlsson, Rugh (1988). A textbook of occlusion Quintessence books , 143- 153
- 49.Mongini F. (1984). The Stomatognathic System, Quintessence , p.15- 85
- 50.Morimoto T., Abekura H., Tokuyama H., Hamada T. (1996). Alteration in the bite force and EMG activity with changes in the vertical dimension of edentulous subjects, *J Oral Rehab*, 23: 336-341
- 51.Narhi O.T., Leinonen K., Wolf J., Ainamo A. (2000). Longitudinal radiological study of the oral health parameters in an elderly Finnish population, *Acta Odontol.Scand* , 58

- 52.Nishigawa K., Bando E., Nakano M. (2001). Quantative study of bite force during sleep associated with bruxism , *J.Oral Rehab*, 28; 485- 491
- 53.Nyman S., Ericsson I. (1982). The capacity of reduced periodontal tissues to support fixed bridgework. *J Clinical Period*, 9: 409- 414
- 54.Ohkura K., Harada K., Marishima S., Enamoto S. (2001). Changes in bite-force and occlusal contact area after orthognathic surgery for correction of mandibular prognathism, *Oral Surgery Oral Med. Oral Pathol.Oral Rad.Endod*, 91: 141-145
- 55.Okeson J.P. (1993). Management of Temporomandibular Disorders Mosby, 28-63
- 56.Onozuka M., Fujita M., Watanabe K., Hirano Y., Niwa M., Nishiyama , Saito S. (2003). Age- related Changes in Brain Regional Activity During Chewing : A functional Magnetic Resonance Imaging Study *J. Dent. Res* , 82 :652- 660
- 57.Osborn J.W.,Mao J., (1993). A thin bite-force transducer with three dimensional capabilities reveals a consistent change in bite-force direction during human jaw-muscle endurance tests. *Arch.oral Biol*, 38:139- 144
- 58.Oyen O.J. (1990). Facial Growth, Saunders Company, USA, 281-287
- 59.Özpınar B., Aksoy S. (1994). Akrilik seramik kuron uygulamış dişlere gelen kuvvetlerin oluşturduğu gerilmelerin oluşturduğu gerilmelerin sonlu elemanlar analizi yöntemiyle incelenmesi., *E.Ü. Dişhek.Fak. Dergisi*, 1-14
- 60.Paphangkorakit J.,Osborn J.W.(1997). The effect of pressure on a maximum incisal bite force in man, *Arch. Oral Biol*, 42; 1
- 61.Paphangkorakit J., Osborn J.W.(1997). Effect of jaw opening on the direction and magnitude of human incisal bite forces, *J Dent Res*, 76: 561-567
- 62.Preiskel, H.W. (1985). Precision attachments in prosthodontics : Overdentures and telescopic prostheses, Volume 2 Quintessence Pub. Co Inc, Chicago
- 63.Pröschei P.A., Nat R., Raun J. (2001). Preconditions for estimation of masticatory forces from dynamic EMG and isometric bite-force activity of elevator muscle, *Int. J. Prosthodont*, 14: 563- 569
- 64.Razmus F.T. (1994). Dental Clinic of North America, 38:1, 23-29

65. Rentes A.M, Amaral J.R. (2002). Bite force determination in children with primary dentition, *J. Oral Rehabilitation*, 29: 1174-1180
66. Rivera-Morales W.C., McCall Jr. W.D (1995). Reliability of a portable electromyographic unit to measure bruxism, *J Prosthetic Dent*, 73: 184-189
67. Schulte W., d'Hoedt B., Lukas D., Maunz M., Steppeler M. (1992). Periotest for measuring periodontal characteristics., *J Periodontal Res*, 27: 184-190
68. Silvermen S.I., Oral Physiology (1961). The Mosby Comp., St.Louis, 78-85
69. Solberg K. W., Clark G. (1984). Abnormal Jaw Mechanics, Quintessence, 124-129
70. Steenberghe D.Van , Vries J.H.D.E. (1978). The development of maximal clenching force between two antagonistic teeth., *J Periodontal Res*, 13: 91-97
71. Thompson D.J., Thorockmorton G.S., Buschang P.H.(2001), The effects of isometric exercise on maximum voluntary bite forces and jaw muscle strength and endurance, *J.of Oral Rehab* , 28 ; 909-917
72. Steenberghe D.Van (1979), The structure and function of periodontal innervation, *J Periodontal Res*, 14: 185-203
73. Sulik D.W., White J.T. (1982). Modification of stress surrounding abutment teeth for fixed partial dentures induced by various levels of periodontal support, *J Prosthetic Dentistry*, 46; 32-35
74. Throckmorton G.S., Ellis E.,(2001) The relationship between surgical changes in dentafacial morp. and changes in maximum bite force. *J.oral Maxillofacial Surg*: 59: 620-627
75. Tortopidis D., Lyons M.F., Baxendale R.H., Gilmour W.H. (1998). The variability of bite force measurement between sessions , in different positions within the dental arch. *J. of Oral Rehab.*, 25; 681-686
76. Tortopidis D., Lyons M.F., Baxendale R.H.(1999). *Journal of Oral Rehabilitation*, 26;321-328
77. Toygar N. (2004), Fizyoloji Ders Notları.
78. Trulsson M., Gunne H.S.J. (1998), Food-holding and biting behavior in human subjects lacking periodontal receptors , *J Dent Res*,77(4): 574-582

79. Tsuga K., Carlsson E.G., Österberg T., Karlsson S. (1998). Self-assessed masticatory ability in relation to maximal bite force and dental state in 80 year old subjects, *J. Oral Rehab*, 25 ; 117- 124
80. Tylman S.D. (1970).Theory and practice of crown and fixed partial prosthodontics, St.Louis Mosby Comp., London, 181-194
81. Van Rensburg J.B. Oral Biology (1995). Quintessence, Germany,
82. Waltimo A., Könönen M. (1994). Bite force on single as opposed to all maxillary front teeth, *Scand J Dent Res.*; 102: 372-5
83. Vries J.H.D.E. (1981).The influence of advanced periodontitis on the psychophysical threshold level of periodontal mechanoceptors in man, *J Periodontal Research* , 13:199-204
84. Watt M.D., Mac Gregor R. (1984). Designing Partial Dentures Wright , 24-39
85. Williams W.N., Low S.B., Cooper W.R., Cornell C.E. (1987). The effect of periodontal bone loss on bite force discrimination, *J Periodontol*, 58; 236- 239
86. Williams W.N., Coffey J., Turner G.E., Carary M.E., Caren R., Wharton P.W. (1992). Level of accuracy and degree of precision in attempting to maintain steady levels of biting force, *J Oral Rehab*, 19; 655-662
- 87.Yamashita S. , Sakai S., Hatch J.P. ,Rugh J.D. (2000). Relationship between oral function and occlusal support in denture wearers , *J Oral Rehab*, 27; 881- 886
- 88.Yeh C.K., Johnson D .A. , Dodds M.W.J. , Sakai S., Rugh J.D., Hatch J.P. (2000). Association of salivary flow rates with maximal bite force, *J Dent*, 79; 1560- 1565
- 89.Yurdukorlu B., Kalıpçılar (1987). Maryland köprülerde ıslırma kuvvetinin gerilim ölçerler kullanılarak ölçülmesi, *Ankara Univ, Dişhek Fak Derg*, 14 : 291-297
90. Zamet S.J.(1985). Precision Attachments in Prosthodontics overdentures and telescopic Prostheses, Quintessence Publishing, 29- 35
91. Zarb A.G., Albrektsson T. (1985). Tissue-Integrated Prostheses Osseointegration in Clinical Dentistry, Quintessence Publishing, 89- 99

92. Zlataric K.D., Celebic A., Valentic P. M. (2002). The effect of removable partial dentures on periodontal health of abutment and removable and non-abutment teeth, *J Period*, 73 : 137-144

ÖZGEÇMİŞ

22.07.1970 İzmir doğumluyum. İlköğretimimi Hakimiyet-i Milliye İlkokulu'nda, orta ve lise eğitimimi Özel İzmir Amerikan Lisesi' nde tamamladım. 1988 yılında Ege Üniversitesi Diş Hekimliği Fakültesi 'nde üniversite eğitimime , 1996 yılında ise Ege Üniversitesi Diş Hekimliği Fakültesi Oral Diagnoz ve Radyoloji Anabilim Dalı'nda doktora eğitimime başladım. Halen aynı anabilim dalında araştırma görevlisi olarak görevimi sürdürmekteyim. Evli ve bir çocuk annesiyim.