

## اثر تغییر سرعت کراس هد بر استحکام پیوند برشی براکت‌های ارتودنسی و شیوه شکست ادهزیو

حمیدرضا پاکشیر\* - زهره فریدان\*\* - زهره هدایتی\*

\* دانشیار گروه ارتودنسی دانشکده ی دندانپزشکی و عضو مرکز تحقیقات ارتودنسی دانشگاه علوم پزشکی شیراز  
\*\* متخصص ارتودنسی

### چکیده

**بیان مساله:** برای ارزیابی استحکام پیوند برشی مواد مورد استفاده در باندینگ براکت‌ها، از سرعت‌های متفاوت کراس هد دستگاه اینسترون استفاده می‌شود. در مورد اثر سرعت‌های گوناگون در تنوع نتایج آزمایش‌های استحکام پیوند برشی بررسی‌های اندکی انجام شده است.

**هدف:** هدف از این بررسی آزمایشگاهی، ارزیابی اثر تغییر در سرعت کراس هد ماشین آزمایش‌کننده بر استحکام پیوند برشی Transbond XT و گونه‌ی شکست کامپوزیت بود.

**مواد و روش:** برای انجام این پژوهش، 175 دندان پره مولر انسان گردآوری و به هفت گروه 25 تایی بخش و پس از آماده سازی سطح، براکت‌های فلزی دایانالوک 0/22 با استفاده از ادهزیو Transbond XT به دندان‌ها پیوند شدند. براکت‌ها 24 ساعت پس از ترموسایکلینگ به وسیله‌ی دستگاه اینسترون با سرعت‌های کراس هد 1، 0/5، 2/5، 5، 7/5 و 10 میلی متر بر دقیقه با نیروی برشی (shear) از سطح دندان‌ها جدا شدند. استحکام پیوند برشی نمونه‌ها و نمایه‌ی ادهزیو برجامانده (ARI) بررسی شدند. داده‌های استحکام پیوند با واکاوی واریانس یک سویه و آزمون توکی (Tukey) و روش شکست پیوند نیز، با آزمون‌های کروسکال والیس و محاسبه ضریب همبستگی اسپیرمن واکاوی شدند.

**یافته‌ها:** میانگین استحکام پیوند برشی به دست آمده در گروه‌های گوناگون کراس هد 1، 0/5، 2/5، 5، 7/5 و 10 و 25 میلی متر، به ترتیب 16/39، 14/37، 13/30، 14/12، 13/32، 16/58 و 13/83 مگاپاسکال بود. نتایج آنالیز واریانس یک سویه و توکی نشان دادند، که استحکام پیوند برشی گروه‌های 0/5 و 10 میلی متر بر دقیقه از نظر آماری اختلافی چشمگیر با دیگر گروه‌های سرعت کراس هد داشت، در حالی که، میان سرعت کراس هد 0/5 و 10 و نیز، سرعت کراس هد 1، 2/5، 5، 7/5 و 25 میلی متر بر دقیقه تفاوت آماری چشمگیری وجود نداشت. تفاوتی در نمایه‌ی ادهزیو برجامانده در میان گروه‌های مورد بررسی وجود نداشت و تنها در گروه سرعت کراس هد پنج میلی متر بر دقیقه، رابطه‌ی معنادار میان نمایه‌ی ادهزیو برجامانده و میزان استحکام پیوند مشاهده گردید.

**نتیجه گیری:** سرعت کراس هد دستگاه اینسترون عاملی اثرگذار بر استحکام پیوند برشی است ولی گونه‌ی شکست کامپوزیت از سرعت‌های گوناگون کراس هد اثرپذیر نمی‌باشد.

**واژگان کلیدی:** استحکام پیوند برشی، سرعت کراس هد، ادهزیو ترانس باند XT، باندینگ براکت

تاریخ دریافت مقاله: 86/8/12 تاریخ پذیرش مقاله: 87/3/2

مجله دندانپزشکی دانشگاه علوم پزشکی شیراز 1387، دوره ی نهم، شماره ی دو، صفحه ی 127 تا 136

نویسنده‌ی مسوول مکاتبات: حمیدرضا پاکشیر، شیراز - خیابان قصردشت - دانشکده دندانپزشکی و مرکز تحقیقات ارتودنسی دانشگاه علوم

پزشکی شیراز - گروه آموزشی ارتودنسی  
تلفن: 4- 0711-6263193 پست الکترونیک: hpakshir@sums.ac.ir

www.SID.ir

## درآمد

بررسی های بیرون دهانی (in vitro) بی‌شماری در دو دهه‌ی اخیر در پیوند با مواد باندینگ در ارتودنسی منتشر شده است، که به علت نبود چشمگیر بررسی‌های بالینی (in vivo)، برای تعیین ویژگی‌های مواد باندینگ در ارتودنسی، این بررسی‌های آزمایشگاهی با ارزش هستند و به عنوان راهنما برای انتخاب آدهزیو و براکت در ارتودنسی به کار می‌روند (1).

بیشتر بررسی‌های انجام شده برای ارزیابی کارکرد آدهزیوها، شامل بررسی استحکام پیوند برشی و کششی است، که هر دو آزمایش هدف‌های متفاوت و نتایج کاملاً متفاوتی را ارائه می‌دهند، که در این باره، ارزیابی استحکام پیوند برشی مواد در ارتودنسی شایع تر است (2). استحکام پیوند برشی حداکثر فشاری است که یک ماده می‌تواند پیش از شکست تحمل کند (3).

بررسی‌های استحکام پیوند برشی در اثر عواملی گوناگون، چون مدت زمان نگه‌داری دندان‌ها پیش از باندینگ (4 و 5)، آلودگی با بزاق یا خون به هنگام باندینگ (5 و 6)، گونه‌ی نور کیورینگ، شدت و قطر دهانه (5)، گونه‌ی آدهزیو (5 و 6)، ضخامت آدهزیو (7)، گونه و غلظت ماده‌ی اچ‌کننده (5 و 8)، مدت زمان اچینگ (5)، گونه‌ی براکت (5 و 6 و 7)، آماده‌سازی دندان‌ها پیش از اچینگ (7)، ترموسایکلینگ (4 و 7) و سرعت کراس هد ماشین آزمایش دارای نتایج گوناگونی هستند (1، 5 و 9).

در آزمایش‌های استحکام پیوند، میزان نیروی وارده، سرعت کراس هد دستگاه اینسترون است تا این که، براکت را از سطح دندان جدا سازد. ممکن است مواد ویسکوالاستیک ویژگی‌های مکانیکی گوناگونی داشته باشند، که به میزان نیروی وارده بستگی دارد (9).

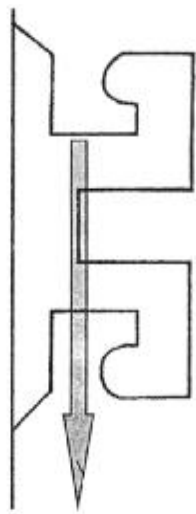
به علت طبیعت ویسکوالاستیک آدهزیوها، استحکام پیوند برشی و روش شکست می‌تواند از میزان نیرو اثرپذیر باشد (6). رزین در سرعت‌های پایین تر کراس هد مانند یک ماده‌ی ویسکوز رفتار می‌کند، که هم چنان که، فشار بیشتر می‌شود، میزان تغییر شکل ماده

هم افزایش می‌یابد، در نتیجه، باعث افزایش استحکام پیوند برشی می‌شود. در سرعت بالاتر کراس هد، رزین ممکن است مانند یک جسم شکننده عمل کند، یعنی به جای تغییر شکل، نیروی اعمال شده باعث شکست نمونه می‌شود (9). در نتیجه، تفاوت‌های موجود در استحکام پیوند برشی میان مواد آزمایش شده می‌تواند در نتیجه‌ی تفاوت در سرعت کراس هد باشد و نیز، ممکن است سرعت کراس هد بر روش شکست پیوند اثرگذار باشد.

سازمان استاندارد جهانی (ISO) پیشنهاد کرده است، که در آزمایش‌های استحکام پیوند برشی، نیروی وارده باید با سرعت کراس هد در حدود 0/45 تا 1/05 میلی‌متر بر دقیقه اعمال شود (10). در بیشتر مقاله‌های ارتودنسی از دامنه‌ی سرعت‌های میان 0/5 میلی‌متر بر دقیقه تا 10 میلی‌متر بر دقیقه استفاده کرده‌اند، که رایج‌ترین آنها، سرعت 0/5 میلی‌متر بر دقیقه است، که البته این مقدار همسان با آنچه که در حالت بالینی رخ می‌دهد، نیست (1، 11 و 12). از سویی، مشخص نشده، که چگونه تغییر در سرعت کراس هد دستگاه می‌تواند در تنوع نتایج آزمایش‌های استحکام پیوند برشی اثرگذار باشد. هدف از این بررسی تعیین اثر سرعت کراس هد در میزان استحکام پیوند برشی و نیز، روش شکست کامپوزیت پیوند شده به مینا و امکان مقایسه‌ی نتایج بررسی‌های گوناگونی است، که از سرعت‌های متفاوت کراس هد استفاده کرده‌اند.

## مواد و روش

**مرحله‌ی باندینگ:** در این بررسی تجربی آزمایشگاهی از 175 دندان پره مولر بالا و پایین استفاده شد، که بی‌پوسیدگی و پرکردگی از هر گونه بودند. دندان‌ها به هفت گروه 25 تایی به گونه‌ای کاملاً برابر از نظر میزان ترک‌های مینایی و شمار دندان‌های پره مولر بالا و پایین بخش شدند. پیش از ذخیره کردن، دندان‌ها در زیر آب روان کاملاً شسته شده و از خون و بافت پاک شدند. سپس، به مدت 24 ساعت در محلول



نگاره ی 1: نمای شماتیک محل اعمال نیرو

میزان نیروی وارده به هنگام جدا شدن براکت‌ها به وسیله ی یک رایانه ی متصل به دستگاه ثبت می‌شد. این کار در کارخانه‌های صنایع الکترونیک ایران (صایران) انجام گردید.

پس از انجام آزمایش و جدا شدن براکت‌ها برای تعیین ادهزیو برجامانده بر روی مینا، از نمایه ی (ARI) معرفی شده از سوی آرتون (Artun) و برگلند (Bergland)<sup>(13)</sup> و با استفاده از دستگاه استرمیکروسکوپ با بزرگنمایی 10 برابر تعیین و به شرح زیر برای هر دندان محاسبه گردید:

درجه ی 0: هیچ ادهزیوی بر روی مینا برجا مانده باشد.

درجه ی 1: کمتر از یک دوم ادهزیو بر روی مینا برجا مانده باشد.

درجه ی 2: بیشتر از یک دوم ادهزیو بر روی مینا برجا مانده باشد.

درجه ی 3: همه ی ادهزیوها با اثر مشخص مش براکت بر روی مینا برجا مانده باشد.

0/1 درصد تیمول (thymol) گذاشته شدند تا گندزدایی گردند. پس از پاک کردن دندان‌ها با رابراکپ و پامیس بی فلوراید، به مدت 30 ثانیه با ژل اسید فسفریک 35 درصد (Transbond etching gel system 3M, Unitek) اچ، سپس با پوار هوا خشک شدند. از کامپوزیت لایت کیور Transbond XT (USA, Calif, Monrovia, 3M Unitek) برای پیوند کردن براکت‌ها به دندان‌ها استفاده شد. با دستگاه لایت کیورینگ فراز دنتین (شرکت فراز مهر اصفهان، اصفهان، ایران) 10 ثانیه از سمت مزیال، 10 ثانیه از سمت دیستال و 10 ثانیه از سمت جینیجوال به براکت‌ها نور تابانده شد. سپس، دندان‌ها به مدت دو هفته در آب مقطر در دمای 37 درجه سانتی‌گراد نگه داشته شدند. پس از آن، دندان‌ها به وسیله ی تیغه ی (Jig) دستگاه سورویور در درون مولد آکرلی استوانه ای شکل به قطر سطح مقطع 19 میلی‌متر مربع به گونه ای قرار گرفتند، که نیروی برشی بتواند به صورت موازی با محور طولی دندان به براکت‌های نصب شده وارد شود. به این منظور، سطح لیبیال هر دندان باید در میان قطر سطح مقطع مولد آکرلی قرار می‌گرفت. سپس، نمونه‌ها به مدت 24 ساعت در آب مقطر در دمای اتاق نگهداری شدند. پس از آن، نمونه‌ها تحت 150 سیکل (برابر پنج ساعت) ترموسایکلینگ میان 5 و 55 درجه‌ی سانتی‌گراد قرار گرفتند.

#### مرحله ی دباندینگ: همه ی نمونه‌ها 24 ساعت

پس از ترموسایکلینگ به وسیله ی دستگاه اینسترون (Instron 4302 canton, masa) با یک تیغه ی فلزی ته صاف، در زیر نیروی برشی قرار گرفتند (نگاره ی 1). از سرعت کراس هد 0/5، 1، 2/5، 5، 7/5، 10 و 25 میلی‌متر بر دقیقه به ترتیب برای گروه‌های A، B، C، D، E، F و G استفاده شد.

### واکاوی های آماری

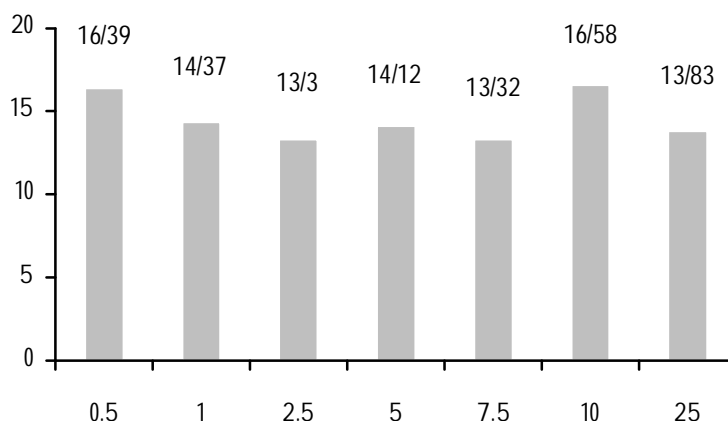
میانگین، انحراف معیار، حداکثر، حداقل و ضریب تغییرات (Coefficient of variation) استحکام پیوند برشی برای هفت گروه سرعت کراس هد اعمال شده برای دبان‌دینگ براکت‌ها محاسبه شدند. نیروهای دبان‌دینگ در سرعت های گوناگون کراس هد با استفاده از واکاوی یک سویه‌ی واریانس (One-way analysis of variance) همراه با روش مقایسه چندگانه توکی (Tukey) مقایسه شدند. نمایه‌ی ادهزیو برجامانده‌ی هفت گروه مورد بررسی به وسیله‌ی واکاوی کروسکال-والیس با هم مقایسه و میان مقادیر استحکام پیوند برشی و نمایه یاد شده به صورت کلی و نیز، در هر گروه با استفاده از محاسبه‌ی ضریب همبستگی اسپیرمن ارزیابی شدند. معنی‌داری آماری همه‌ی آزمون‌ها در  $p < 0/05$  تعیین شدند. همچنین، داده‌های استحکام پیوند برشی، به وسیله‌ی واکاوی رگرسیون غیرخطی (Non linear regression) نیز آزمایش شدند تا احتمال شکست براکت‌های پیوند شده با Transbond XT در زیر نیروهای گوناگون کراس هد بررسی گردند.

### یافته ها

میانگین استحکام پیوند برشی، انحراف معیار و ضریب تغییرات داده‌های به دست آمده در جدول 1 آورده شده است. نمودار 1، میزان میانگین استحکام پیوند برشی گروه‌های بررسی شده را نشان می دهد. در این بررسی، 10 نمونه در گروه های سرعت کراس هد 2/5، 5 و 25 میلی‌متر بر دقیقه به دلیل وجود 10 عدد داده‌ی پرت (دو عدد در گروه های 2/5 و پنج میلی‌متر بر دقیقه و شش عدد در گروه 25 میلی‌متر بر دقیقه) با مشاوره‌ی آماری و با استفاده از واکاوی Outlier از بررسی کنار گذاشته شدند. واکاوی یک سویه‌ی واریانس همراه با روش مقایسه‌ی چندگانه توکی نشان دادند، که اختلاف آماری معنادار میان سرعت‌های 1، 2/5، 5، 7/5 و 25 میلی‌متر بر دقیقه و نیز، میان سرعت‌های 0/5 و 10 میلی‌متر بر دقیقه وجود نداشت ( $p > 0/05$ )، ولی میان سرعت‌های 0/5 و 10 میلی‌متر بر دقیقه با دیگر سرعت‌ها (1، 2/5، 5، 7/5 و 25 میلی‌متر بر دقیقه) تفاوت معنادار دیده شد ( $p < 0/05$ ).

جدول 1: میانگین، انحراف معیار و ضریب تغییرات استحکام پیوند برشی در سرعت های گوناگون کراس هد

سرعت (میلی متر / دقیقه)	شمار	میانگین (مگاپاسکال)	انحراف معیار	ضریب تغییرات (درصد)
0/5	25	16/39	4/96	30/26
1	25	14/37	2/38	16/56
2/5	23	13/30	2/66	20
5	23	14/12	2/62	18/55
7/5	25	13/32	2/42	18/16
10	25	16/58	4/28	25
25	19	13/83	1/94	9/44
کل	165	14/57	3/42	23



نمودار 1: میانگین استحکام پیوند برشی در سرعت های گوناگون کراس هد

در میان گروه ها وجود نداشت. همچنین، درباره‌ی پیوند میان استحکام پیوند برشی و میزان نمایه‌ی ادهزیو برجامانده‌ی به دست آمده در گروه‌های در حال بررسی هم ارتباطی معنادار از نظر آماری دیده نشد ( $p < 0/05$ ).

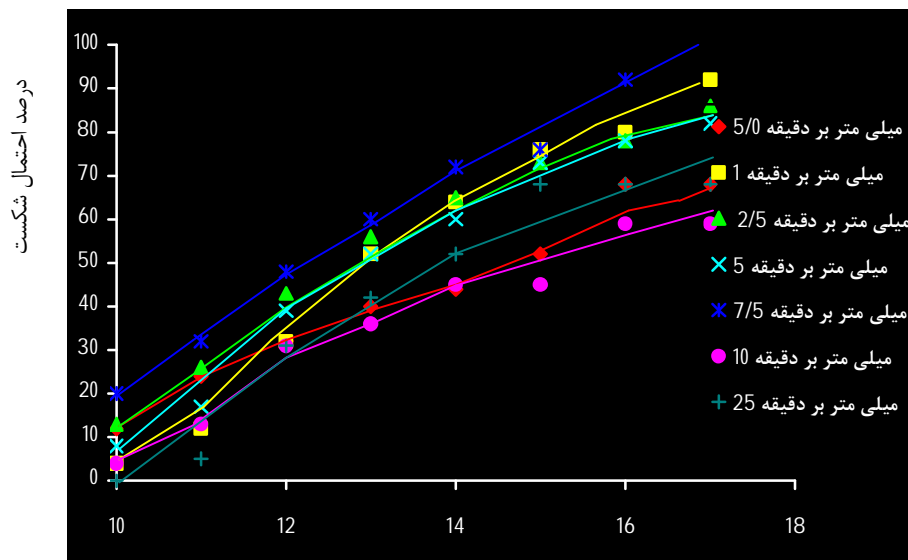
یافته های مربوط به نمایه ی ادهزیو برجامانده (ARI) هفت گروه مورد بررسی در جدول 2 آورده شده است. بیشترین میزان آن در میان همه‌ی گروه های مورد بررسی، یک بود و از نظر آماری تفاوتی چشمگیر

جدول 2: فراوانی درجات نمایه‌ی ادهزیو برجامانده در سرعت های گوناگون کراس هد

سرعت کراس هد	نمره ی نمایه ی ادهزیو برجامانده				کل
	0	1	2	3	
0/5	11	11	2	1	25
1	3	17	5	0	25
2/5	4	11	6	2	23
5	6	7	5	5	23
7/5	7	11	2	4	25
10	4	15	4	2	25
25	2	5	5	7	19

نمودار 2 احتمال شکست پیوند در نیروهای دبان‌دینگ و سرعت‌های گوناگون کراس‌هد نشان داده شده‌است.

برای بررسی احتمال شکست پیوند در سرعت‌های گوناگون کراس‌هد از واکاوی رگرسیون غیرخطی استفاده شد، که در



اندازه‌ی استحکام پیوند برشی

نمودار 2: واکلوی رگرسون غیرخطی در سرعت های گوناگون کراس هد

## بحث

بدون تفاوت آماری معنادار، مشاهده شد. از سرعت 5 به 7/5 میلی متر بر دقیقه، دوباره کاهش جزئی بی‌اختلاف آماری معنادار و از سرعت 7/5 به 10 میلی متر بر دقیقه، افزایش استحکام پیوند برشی دیده شد. درباره‌ی میزان ادهزیو برجامانده نتایج بررسی کنونی نشان داد، که از سرعت کراس هد اثر نمی‌پذیرد. نتایج به دست آمده از بررسی کنونی از نظر دو دیدگاه قابل اهمیت است: نخست این که، نیاز به استاندارد کردن پروتکل های بررسی استحکام پیوند در بررسی ها را ضروری می‌نماید. زیرا، پژوهشگران گوناگون در بررسی‌های گوناگون از مقادیر اعمال نیروهای متفاوت در دامنه‌ای از 0/5 تا 10 میلی‌متر بر دقیقه استفاده کرده‌اند و این امر، مقایسه‌ی استحکام پیوند مواد همانند را در بررسی‌ها با استفاده از سرعت های گوناگون با دشواری روبه‌رو می‌سازد. دوم این که، ارتباط بالینی مقادیر استحکام پیوند گزارش شده ممکن است مورد پرسش باشد. زیرا، مقادیر استاندارد سرعت کراس هد به کار رفته در بررسی‌ها با سرعت اکلوژن دندان‌های در طی جویدن تفاوتی چشمگیر دارد. بالاترین سرعت استفاده شده در بررسی کنونی (25 میلی‌متر بر

در بررسی‌های انجام شده برای تعیین استحکام پیوند مواد ادهزیو ارتودنسی گوناگونی زیاد در روش‌های بررسی استحکام پیوند وجود دارد. گرچه مقایسه‌ی نتایج این بررسی‌ها با هم ناممکن نیست، ولی گوناگونی‌های موجود، مقایسه‌ی مواد را از نظر استحکام پیوند برشی دشوار می‌سازد. پیشنهاد شده است، که پژوهشگر باید روشی استاندارد شده را در آزمایش‌ها به کارگیرد، که شامل گونه‌ی دندان، آماده‌سازی سطح مینا، ماده‌ی نگهدارنده‌ی دندان، تجهیزات و روش آزمایش، اندازه‌ی نمونه‌ها و سرعت کراس هد است (4، 7، 11 و 14). این پژوهش، استحکام پیوند برشی گونه‌ی ادهزیو را که در بیشتر بررسی‌های انجام شده، به عنوان ادهزیو گروه شاهد و یا رایج‌ترین ادهزیو مورد استفاده در داندینگ و نیز، میزان ادهزیو برجا مانده بر روی سطح مینا را در سرعت‌های گوناگون کراس هد بررسی می‌کند. نتایج بررسی کنونی نشان داد، که با افزایش سرعت از 0/5 تا 2/5 میلی‌متر بر دقیقه، استحکام پیوند برشی کاهش و از سرعت 2/5 به پنج میلی‌متر بر دقیقه، افزایش استحکام پیوند

میزان اعمال نیرو به هنگام چسباندن براکت - ادهزیو به مینا مهم است<sup>(17)</sup>. در بیشتر بررسی ها، مقداری نامشخص از فشار به صورت دستی (manual) به براکت اعمال می شود، ولی اگر از نیروی زیاد استفاده شود، لایه‌ی ادهزیو نازک و به دنبال آن، اثراتی ناآشکار بر روی ویژگی های ماده ایجاد می شود<sup>(15 و 17)</sup>. در بررسی کنونی، با توجه به اعمال نیرو به براکت در باندینگ به وسیله ی سوند ممکن است ضخامت ادهزیو در همهی نمونه‌ها یکسان نبوده و این امر بر نتایج اثرگذار بوده است.

در آزمایش های استحکام پیوند برشی ممکن است که رفتار الاستیک مواد در زیر اثر میزان اعمال نیرو قرار گیرد. لیندموت (Lindemuth) و هاگ (Hagge) پیشنهاد می کنند، که سرعت های پایین تر کراس هد اجازه به دوره‌ی بهبود در ماده را می دهد، به این گونه، که در آن استرین (strain) و فشار به وسیله‌ی عوامل باندینگ جبران می شوند. در سرعت‌های پایین تر، رزین مانند یک ماده‌ی ویسکوز رفتار می کند و با افزایش سرعت، تغییر شکل ماده بیشتر در نتیجه‌ی مقدار استحکام پیوند برشی، بیشتر می شود<sup>(9)</sup>. در بررسی کنونی، دیدگاه بالا با افزایش سرعت کراس هد از 7/5 به 10 میلی متر بر دقیقه همخوانی، ولی در دو دامنه‌ی افزایش سرعت کراس هد از 0/5 به 2/5 و از 10 به 25 میلی متر بر دقیقه همخوانی میان دو بررسی وجود ندارد. دباندینگ در درون دهان در سرعت های بیشتر رخ می دهد، که رفتار ویسکوالاستیک ادهزیو، که ممکن است در سرعت‌های پایین کراس هد آشکار و مشخص باشند، وجود ندارد<sup>(7)</sup>.

برپایه‌ی دیدگاه لیندموت و هاگ ظرفیت برای استحکام پیوند برشی بالاتر هم در سرعت های بیشتر کراس هد وجود دارد: در سرعت‌های بالاتر، رزین ممکن است مانند یک جسم شکننده عمل کند و افزایش نیرو باعث می شود تا به جای این که، تغییر شکل مولکولی ایجاد کند، باعث شکست نمونه گردد<sup>(9)</sup>. نتایج بررسی کنونی نشان داد، که گوناگونی سرعت کراس هد

دقیقه) به این علت انتخاب شد تا شاید وضعیت اعمال نیرو در مطب را تا اندازه‌ای تقلید و بازسازی کند. این میزان ممکن است حالت‌های بالینی گاز گرفتن ناگهانی، ضربه یا دباندینگ در پایان درمان را نشان دهد<sup>(9)</sup>.

تلاش‌هایی برای برآورد نیروهای ایجاد شده در طی درمان‌های ارتودنسی انجام گرفته، که میزان نیروی 6 تا 8 مگاپاسکال را عنوان کرده‌اند، که غالباً این اندازه در بیشتر مقاله‌ها به عنوان میزان استحکام پیوند بالینی مورد پذیرش به چشم می‌خورد. ولی این مقدار نیرو در اندازه‌ی حدس و گمان است و بستگی زیاد به مکانیک‌ها و فرایندهای بالینی معمول دارد. و از سویی، در اندازه‌ی نیروی اعمال شده در طی جویدن یا حتی نیروهای ایجاد شده با جویدن یک جسم سخت نیست<sup>(15)</sup>.

واکوی‌های المان محدود (FEA) نشان داده اند، که روش‌های رایج مورد استفاده برای محاسبه‌ی استحکام پیوند، نتایجی غیر قابل اطمینان را ارایه داده‌اند، به علت اینکه، توزیع فشار در لایه‌ی ادهزیو و فشار ایجاد شده در براکت و مینا در طی آزمایش یکنواخت نیستند. بنابراین، در شماری از بررسی‌های استحکام پیوند برشی، اندازه‌ی فشار موضعی موجود را، که باعث شکست پیوند می شوند پایین برآورد کرده است<sup>(16)</sup>. همچنین، نمی‌توان ناحیه‌ی موثر قاعده‌ی براکت را برپایه‌ی مساحت یک سطح چهارگوش برآورد کرد، زیرا قاعده‌ی براکت یک سطح صاف نیست و دارای خلل و فرجی برای گیر ادهزیو است و مورفولوژی قاعده براکت در براکت‌های گوناگون برای ایجاد گیر میکرومکانیکال با ادهزیو متفاوت است. در نتیجه، ممکن است تبدیل مقدار نیروی به دست آمده به واحد فشار (مگاپاسکال) دقیق نباشد<sup>(7)</sup>.

روش اعمال ادهزیو به قاعده‌ی براکت و ضخامت ادهزیو میان براکت و مینا از معیارهای مهم دیگر هستند. هر چه ضخامت ادهزیو بیشتر باشد، به علت انقباض زیاد رزین به هنگام پلی مریزاسیون و انبساط دمایی (Thermal expansion)، در ماتریکس رزین، یک سطح بینابینی ضعیف ایجاد می شود، که در این باره،

ندارد. در بررسی کنونی، سرعت 0/5 میلی‌متر بر دقیقه استحکام پیوند برشی بیشتر نسبت به سرعت‌های 1، 2/5، 5 و 25 میلی‌متر بر دقیقه داشت، ولی از لحاظ پایین‌ترین میزان استحکام پیوند برشی به دست آمده در سرعت 2/5 میلی‌متر بر دقیقه همانند بررسی کنونی است.

در بررسی یاد شده از ادهزیو Concise استفاده شده بود، که ادهزیوی با کیورینگ شیمیایی بوده و نیز، از مینای دندان گاو استفاده شده بود. تفاوت دیگر در روش کار بررسی بالا با بررسی کنونی این بوده است، که در بررسی بالا، سطح مینای دندان‌ها تراشیده و سپس اچ شده بودند، که همگی می‌توانند بر میزان استحکام پیوند برشی به دست آمده اثر گذار باشد. همچنین، در بررسی یاد شده شمار نمونه‌ها در هر گروه 15 عدد بود.

نتایج بررسی لیندموت (Lindemuth)<sup>(9)</sup> و همکاران، که میانگین استحکام پیوند برشی را در سرعت‌های کراس هد 0/1، 0/5، 5 و 10 میلی‌متر بر دقیقه مقایسه کردند با نتایج به دست آمده از بررسی کنونی در این دامنه‌ی سرعت همخوانی ندارد. در بررسی ذکر شده، شمار نمونه‌ها در هر گروه 10 عدد و سطح مینا با فرز خشن شده بود (پیش از اچینگ)، که می‌تواند بر روی استحکام پیوند برشی اثر داشته باشد. ولی نتایج بررسی بیشارا (Bishara) و سلیمان (Soliman)<sup>(11)</sup> همانند نتایج بررسی کنونی است. به این گونه، که در هر دو بررسی میانگین استحکام پیوند برشی سرعت پنج میلی‌متر بر دقیقه بسیار کمتر از سرعت 0/5 میلی‌متر بر دقیقه بود.

در بررسی‌های استحکام پیوند ادهزیوهای مورد استفاده در ارتودنسی، آنالیز واریانس برای مقایسه‌ی نتایج سه گروه یا بیشتر استفاده می‌شود. ولی باید در نظر داشت، که نتایج استحکام پیوند ممکن است توزیع طبیعی را دنبال نکنند. توزیع غیر طبیعی داده‌ها بیشتر در اندازه‌ی نمونه‌های کمتر از 10 در هر گروه دیده می‌شود. گفته شده است، که برای ارزیابی

دستگاه آزمایش می‌تواند بر روی استحکام پیوند برشی اثر گذارد. به سخنی دیگر، با افزایش سرعت کراس هد از 0/5 تا 2/5 میلی‌متر بر دقیقه، میانگین استحکام پیوند برشی کاهش یافته و از سرعت 2/5 تا 10 میلی‌متر بر دقیقه تمایل به افزایش استحکام پیوند برشی و از سرعت 10 به 25 میلی‌متر بر دقیقه کاهش استحکام پیوند برشی وجود داشت. نتایج این بررسی نشان می‌دهد، که افزایش سرعت کراس هد از 1 تا 7/5 میلی‌متر بر دقیقه، با توجه به نبود تفاوت معنادار آماری میان استحکام پیوند برشی حاصله، بر روی ویژگی‌های ویسکوالاستیک و شکنندگی ماده اثری نداشته است. در بررسی کنونی از سرعت‌های کراس‌هدی استفاده شد، که به طور شایع در بررسی‌های استحکام پیوند دیده می‌شوند.

در همه‌ی بررسی‌هایی که تاکنون برای تعیین اثر سرعت کراس‌هدهای گوناگون بر استحکام پیوند برشی انجام شده است نتایج کاملاً متفاوت و در بیشتر آنها دلایلی برای این تفاوت در نتیجه‌ها بیان نگردیده است. الیادس (Eliades)<sup>(15)</sup> و همکاران، استحکام پیوند برشی دو ادهزیو Concise و Transbond XT در سرعت‌های کراس هد 1 و 200 میلی‌متر بر دقیقه را با هم مقایسه کردند و نتایج نشان داد، که در گروهی، که از Transbond XT استفاده شده بود، با افزایش سرعت کراس هد میزان استحکام پیوند برشی کاهش می‌یابد. نتایج بررسی کنونی با بررسی الیادس از دیدگاه کاهش استحکام پیوند برشی در سرعت‌های کراس‌هد همخوانی دارد. زیرا، در بررسی کنونی، هم کاهش استحکام پیوند برشی با افزایش سرعت کراس‌هد از 0/5 به 25 میلی‌متر بر دقیقه مشاهده گردید.

ال (El-Ezz)<sup>(18)</sup>، که استحکام پیوند برشی را در سرعت‌های 0/5، 2/5، 5 و 25/4 میلی‌متر بر دقیقه مقایسه کرد، نتیجه گرفت، که بجز سرعت 2/5 میلی‌متر بر دقیقه، هم چنان که سرعت زیاد می‌شود، میانگین استحکام پیوند برشی هم افزوده می‌گردد. نتایج این بررسی با نتایج پژوهش کنونی همخوانی



رابطه ای معنادار میان میانگین استحکام پیوند برشی به دست آمده در نمونه های این گروه و میزان برجاماندگی دیده شد، که ممکن است به این علت باشد، که tag های رزینی در درون مینا به اندازه کافی استحکام داشته اند، که سرعت های گوناگون کراس هد توانایی شکست آنها را ندارد و در نتیجه، گونه ی شکست بیشتر کوهزیو است. در نتیجه، در بررسی کنونی دیده شد، که گوناگونی در سرعت کراس هد دستگاه اینسترون بر روی گونه ی شکست کامپوزیت اثری ندارد.

### نتیجه گیری

برپایه ی بررسی کنونی می توان گفت، که سرعت های کراس هد 1 تا 7/5 میلی متر بر دقیقه اختلاف معنادار در آزمایش های استحکام پیوند برشی ندارد و برای مقایسه ی بررسی های گوناگون استحکام پیوند برشی آدهزیوهای همانند در ارتودنسی، بررسی های انجام گرفته در این دامنه ی سرعت (1، 2/5، 5 و 7/5 میلی متر بر دقیقه) قابل مقایسه هستند و بررسی هایی، که در آنها از سرعت های 0/5 و 10 میلی متر بر دقیقه استفاده کرده اند، را نمی توان با بررسی هایی که از سرعت های 1، 2/5، 5 و 7/5 میلی متر بر دقیقه استفاده کرده اند، مقایسه کرد. افزون بر این، سرعت کراس هد اثری بر میزان آدهزیو برجامانده پس از دباوند کردن براکت ها ندارد.

استحکام پیوند دست کم 20 و ترجیحاً 30 نمونه در هر گروه مورد بررسی باید باشد<sup>(7)</sup>. در بررسی کنونی، افزون بر آنالیز واریانس از آنالیز رگرسیون غیرخطی (Non linear regression) هم استفاده شد، که برپایه ی آن، می توان گفت، که در یک استحکام پیوند برشی مشخص در سرعت های گوناگون کراس هد، چند درصد احتمال شکست وجود دارد. همچنین، در چه میزانی از استحکام پیوند برشی در سرعت های گوناگون کراس هد احتمال شکست مشخصی (مانند 10 یا 90 درصد) وجود دارد. همچنین، با استفاده از این نمودار می توان گفت، که در بالاترین دامنه ی میانگین استحکام پیوند برشی (17 مگاپاسکال) در گروه سرعت 7/5 میلی متر بر دقیقه احتمال شکست 100 درصد، که پس از آن، به ترتیب گروه سرعت های 1، 2/5، 5، 25، 0/5 و 10 میلی متر بر دقیقه هستند، که سرعت 10 میلی متر بر دقیقه در این میزان از استحکام پیوند برشی کمترین احتمال شکست پیوند را داشت.

درباره ی مقیاس نمایه ی آدهزیو برجامانده در بررسی کنونی یافته ها نشان دادند، که تفاوتی میان این برجاماندگی به دست آمده در میان سرعت های گوناگون کراس هد وجود ندارد و حتی ارتباطی میان مقادیر استحکام پیوند برشی در هر گروه با اندازه ی نمایه ی آدهزیو برجامانده ی به دست آمده وجود ندارد بجز در سرعت پنج میلی متر بر دقیقه، که

\*\*\*\*\*

### References

1. Klocke A, Kahl-Nieke B. Influence of cross-head speed in orthodontic bond strength testing. Dent Mater 2005; 21:139-144.
2. Kitayama Y, Komori A, Nakahara R. Tensile and shear bond strength of resin-reinforced glass ionomer cement to glazed porcelain. Angle Orthod 2003; 73: 451-456.

3. Craig RG. Restorative dental material. 11 th ed. Philadelphia: W.B. Saunders; 2002. p. 85-86
4. Brantley WA, Eliades T. Orthodontic materials: science and clinical aspects. 1th ed. New York: Thieme; 2001. p. 37-39, 201-214.
5. Odegaard J, Segner D. Shear bond strength of metal brackets compared with a new ceramic bracket. Am J Orthod Dentofacial Orthop 1988; 94: 201-206.
6. Ostertag AJ, Dhuru VB, Ferguson DJ, Meyer RA Jr. Shear, torsional, and tensile bond strengths of ceramic brackets using three adhesive filler concentrations. Am J Orthod Dentofacial Orthop 1991; 100: 251-258.
7. Eliades T, Brantley WA. The inappropriateness of conventional orthodontic bond strength assessment protocols. Eur J Orthod 2000; 22: 13-23.
8. Swift EJ Jr, Perdigão J, Heymann HO. Bonding to enamel and dentin: a brief history and state of the art, 1995. Quintessence Int 1995; 26: 95-110. Review
9. Lindemuth JS, Hagge MS. Effect of universal testing machine crosshead speed on the shear bond strength and bonding failure mode of composite resin to enamel and dentin. Mil Med 2000; 165: 742-746.
10. International organization for standardization. ISO TR 11405 dental material guidance on testing of adhesion to tooth structure, switzerland 1994.
11. Bishara SE, Soliman M, Laffoon J, Warren JJ. Effect of changing a test parameter on the shear bond strength of orthodontic brackets. Angle Orthod. 2005; 75: 832-835.
12. Bruzzichesi R, Hebel L, Jenkins O, Rckow D. Shear bond strength sensitivity to testing parameters. J Dent Res 1996; 75: 476.
13. Artun J, Bergland S. Clinical trials with crystal growth conditioning as an alternative to acid-etch enamel pretreatment. Am J Orthod 1984; 85: 333-340.
14. Hara AT, Pimenta LA, Rodrigues AL Jr. Influence of cross-head speed on resin-dentin shear bond strength. Dent Mater 2001; 17: 165-169.
15. Eliades T, Katsavrias E, Zinelis S, Eliades G. Effect of loading rate on bond strength. J Orofac Orthop 2004; 65: 336-342.
16. Katona TR, Chen J. Engineering and experimental analyses of the tensile loads applied during strength testing of direct bonded orthodontic brackets. Am J Orthod Dentofacial Orthop 1994; 106: 167-174.
17. Eliades T, Viazis AD, Eliades G. Bonding of ceramic brackets to enamel: morphologic and structural considerations. Am J Orthod Dentofacial Orthop 1991; 99: 369-375.
18. EL- Ezz AA. Effect of rate of loading on the shear bond strength of orthodontic brackets. Available at: [http://anishamsJournal.netfirms.Com/full/2002\\_March-S.htm](http://anishamsJournal.netfirms.Com/full/2002_March-S.htm).