・论著・

不同等离子体处理氧化锆对人牙龈成纤维细胞 黏附能力的影响

苗1, 詹凌璐2, 刘志强3,4, 李和平3△, 谭建国2△ 郑

(1. 北京大学第三医院口腔科,北京 100191; 2. 北京大学口腔医学院,口腔医院修复科,北京 100081; 3. 清 华大学工程物理系,北京 100084;4. 华北理工大学机械工程学院,河北唐山 063210)

要] [] 动:比较以不同种类气体为工作气体的大气压放电冷等离子体处理氧化锆对氧化锆表面人牙龈成纤 「摘 等离子体处理 90 s 组(He 组), 氯气大气压介质阻挡放电等离子体处理 90 s 组(Ar 组), 95% 氯气 + 5% 氧气大气压 介质阻挡放电等离子体处理90s组(Ar+0,组),每组5个。分组处理后观察氧化锆表面形貌,测定表面粗糙度及 润湿性,分析表面元素组成,培养人牙龈成纤维细胞3h测定细胞在氧化锆表面的初期黏附能力,免疫荧光染色观 0.05), 其中 Ar 组及 Ar + 0, 组接触角与 He 组具有统计学意义(P < 0.05)。X 射线光电子能谱分析结果显示,等离 子体处理后氧化锆表面 C/O 比分别下降至 0.45(He 组)、0.36(Ar 组)和 0.33(Ar + O2组)。经 Ar 及 Ar + O2混合 气体等离子体处理的氧化锆表面人牙龈成纤维细胞黏附初期数量提高,差异具有统计学意义(P<0.05)。相对于 对照组,不同等离子体处理后的氧化锆表面成纤维细胞黏附及增殖情况更佳,细胞在黏附初期形态铺展更佳,伸出 伪足更多。转论:不同种类大气压放电冷等离子体处理氧化锆可在不改变材料表面形貌及粗糙度的情况下通过在 材料表面引入含氧官能团提高材料表面润湿性;以Ar+O,混合气体为工作气体的大气压放电冷等离子体可显著提 高人牙龈成纤维细胞在氧化锆表面的早期黏附能力。

[关键词]氧化锆;大气压放电冷等离子体;成纤维细胞,牙龈,人

[文章编号] 1671-167X(2019)02-0315-06 [中图分类号] R783.3 [文献标志码]A doi:10.19723/j.issn.1671-167X.2019.02.022

Effect of different plasma treated zirconia on the adhensive behaviour of human gingival fibroblasts

ZHENG Miao¹, ZHAN Ling-lu², LIU Zhi-qiang^{3,4}, LI He-ping^{3 Δ}, TAN Jian-guo^{2 Δ} (1. Department of Stomatology, Peking University Third Hospital, Beijing 100191, China; 2. Department of Prosthodontics, Peking University School and Hospital of Stomatology, Beijing 100081, China; 3. Department of Engineering Physics, Tsinghua University, Beijing 100084, China; 4. College of Mechanical Engineering, North China University of Science and Technology, Tangshan 063210, Hebei, China)

ABSTRACT Objective: To evaluate the effect of different cold atmospheric plasma (CAP) treatment on the surface chemical and physical properties of zirconia and adhensive behaviour of human gingival fibroblasts (HGFs) cultured on zirconia disks. Methods: The zirconia disks were divided into four groups and treated using helium, argon and mixture of argon and oxygen cold atmospheric plasma for 90 s or left untreated. The surface morphology, wettability and chemical elements were analyzed right after treatment. Human gingival fibroblasts were grown from biopsies obtained from a periodontally healthy human subject during periodontal surgery. HGFs were seeded on zirconia disk, and cells density was measured at the time point of 3 hours. Indirect immunofluorescence (IIF) was performed for morphometric examination at the time point of 3 hours. Results: The crystallographic structure of zirconia was analyzed previously and the results suggested that it fitted the properties of zirconium vttrium oxide. After helium, argon and mixture of argon and oxygen cold atmospheric plasma treatment, the surface morphology and roughness of zirconia disks remained the same. The contact angle of zirconia decreased significantly (P <0.05) after CAP treatment: from 68.38° to 17.90°. After different CAP plasmas treatment, the atomic percentage of carbon on the outermost surface of the three groups decreased, as did the surface C/O ratio. The surface C/O ratio of zirconia decreased from 1.07 to 0.33. Fibroblasts density increased on CAP treated disks, especially the ones treated by mixture of argon and oxygen CAP(P < 0.05). Cells of the three CAP plasma treatment groups spread better and had more protrusions, as well as larger surficial are-

基金项目: 国家自然科学基金(81801013)Supported by the National Natural Science Foundation of China (81801013)

[△] Corresponding author's e-mail, liheping@tsinghua.edu.cn, kqtanjg@bjmu.edu.cn

网络出版时间:2019-2-21 15:35:52 网络出版地址:http://kns.cnki.net/kcms/detail/11.4691.R.20190221.0957.010.html

as. **Conclusion**: Based on the results of this study after being treated by different kinds of CAP plasmas for 90 s, the surface wettability increased and the elements changed significantly with no changes in the tomography and roughness of the materials. The CAP treatment enhances the adhensive behavior of fibroblasts on zirconia by increasing the oxygen functional groups and promoting the cell density. Wettability of zirconia, an important physicochemical property, has a vital influence on the cell behaviors. **KEY WORDS** Zirconia; Cold atmospheric plasma; Fibroblasts, gingival, human

自 20 世纪 80 年代以来, 口腔种植临床技术迅 速发展成熟,口腔种植修复已经逐渐成为牙列缺损、 牙列缺失的首选治疗方案。种植体周围软组织通过 牙龈结合上皮、牙龈纤维等附着于种植体颈部结构 形成一圈封闭性良好的"袖口"结构,成为一种功能 性生物封闭屏障[1],这一结构具有保护种植体在复 杂口腔环境中免受细菌及其他致炎因子侵入而保持 长期稳定的作用^[2]。种植体周围软组织与颈部基 台间的结合直接影响种植修复的功能及美学效果, 氧化锆凭借良好的机械性能、生物相容性及美学性 能作为基台材料在前牙美学区种植修复具有良好的 应用前景。研究发现,相较于表面形貌,种植体基台 与周围软组织的结合受基台表面润湿性的影响更 大^[3],因此,对氧化锆基台进行表面改性,特别是通 过对氧化锆表面润湿性的改变获得有利于软组织附 着的表面特性具有重要意义。

等离子体是一种以自由电子和带电离子为主要成分的物质形态,大气压放电冷等离子体(cold atmospheric plasma, CAP)具有在大气压开放环境中放电且放电温度接近体温的特性,在口腔医学领域已广泛应用于根管治疗、义齿消毒、牙齿美白、材料改性等方面^[4]。本课题组既往研究表明,使用大气压放电冷等离子体处理氧化锆后,可在不改变材料表面形貌的情况下,通过增加氧化锆表面润湿性,提高人牙龈成纤维细胞黏附相关基因的表达,从而增加其黏附增殖能力^[5]。

本研究拟进一步探究不同大气压放电冷等离子 体对氧化锆基台的作用及其对周围软组织结合的影 响。

1 材料与方法

1.1 氧化锆试件的制备

准备直径为15 mm,厚度为2 mm 的市售圆盘 状钇稳定性氧化锆试件(Zenostar, Wieland Dental 公司,德国),使用表面研磨仪(AutoMet 300. Buehler, Waukegan 公司,美国)用60 μm 金刚砂砂纸 (直径25 mm,振戎融通通信技术有限公司,北京) 表面打磨抛光。

在进行表面处理前,将试件分别在无水乙醇及

去离子水中超声荡洗 20 min,干燥备用。

1.2 CAP 处理氧化锆试件

使用清华大学等离子体健康科技研究组与北京 振戎融通通信技术有限公司联合研发的等离子体手 术刀(图1)处理氧化锆试件。该仪器采用双介质同 轴型介质阻挡放电结构,高压电极为直径1 mm 的 钨针,外面套有内径1 mm、外径2 mm 的玻璃管,低 压电极则使用铜箔胶带缠绕在外径为8 mm、内径 为6 mm 的玻璃管上;工作时两绝缘玻璃管间的空 间中充满工作气体,在外加高压交流电场的作用下 电离形成等离子体。本实验装置处理仓体积为 25.25 cm³,电源驱动频率为26 kHz,放电电压 4.64~4.72 kV,放电的功率密度为0.44 W/cm³。 由于实验采用开放环境放电,为了避免空气对高浓 度工作气体造成混杂,在处理前使用工作气体流吹扫 1 min,以尽可能排空处理仓内电极间的空气。

按照上述处理方式,20个试片共分为4组,每 组5片,分组如下,组1:未经大气压放电冷等离子 体处理的对照组(C组);组2:氦气大气压放电冷等 离子体处理90s组(He组);组3:氩气大气压放电冷 等离子体处理90s组(Ar组);组4:95%氩气+5%氧 气大气压放电冷等离子体处理90s组(Ar+0₂组)。



Figure 1 Picture of the CAP Med generator

1.3 表面形貌的观察

观察 4 组氧化锆试件肉眼表面形貌,经过表面 喷金处理后,使用扫描电镜(S-4800, HITACHI 公 司,日本)在放大 2 500 倍下分别观察表面纹理和 细微结构。

1.4 X射线衍射分析试件成分

使用 X 射线衍射仪(D8 advance, Bruker AXS 公司,德国) 对氧化锆试件表面陶瓷成分及晶体结构进行测量。

1.5 粗糙度测量

使用粗糙度测量仪(Mitutoyo Surftest 401 Analyzer Series 200, Mitutoyo Corporation 公司,日本)对4 组氧化锆试件表面粗糙度进行测量。取样长度 0.8 mm,评定长度4.0 mm,测定轮廓算术平均偏差 (Ra 值),即在取样长度内轮廓偏距绝对值的算术 平均值。每个试件按照直径方向随机选取5个测定 线段,每组测定3个试件计算 Ra 平均值。

1.6 接触角测量

使用接触角测量仪(SL200, Kino Industry 公司,美国)对4组氧化锆试件表面接触角进行测量。 通过静态接触角测量方式,将1 µL 去离子水滴在氧 化锆试件表面,等待3 s 至液滴稳定后用接触角测 量仪自带软件进行测量,每次接触角采用左右接触 角的平均值作为测定结果。每个试件表面随机选取 3 个点进行测量,每组3 个试件,最后计算每组的平 均接触角。

1.7 X射线光电子能谱分析

使用 X 射线光电子能谱仪(ESCALAB 250, ThermoFisher Scientific 公司,美国)分析表面元素组成,仪 器功率 225 W(工作电压 15 kV,发射电流 15 mA)。 1.8 人牙龈成纤维细胞的体外原代提取及培养

选取于北京大学口腔医院牙周科就诊的牙周健 康状况良好的的冠延长手术患者,于术前签署知情 同意书。将牙周冠延长术中切除的健康牙龈组织块 放入含 77%(质量分数)改良杜氏伊戈尔培养基 (Dulbecco's modified eagle medium, DMEM, Gibco BRL公司,美国)、20%(体积分数)胎牛血清(Gibco BRL公司,美国)及 3%(质量分数)双抗(青霉素 300 U/mL 链霉素 300 mg/L, Sigma 公司,美国)的 离心管内,用于提取人牙龈成纤维细胞。本研究经 过北京大学口腔医院伦理委员会(PKUSSIRB-2012060)批准。

在直径为 60 mm 的培养皿中加入含 77% DMEM 培养基、20% 胎牛血清及 3% 双抗的培养基, 将术中获得的牙龈组织块置于培养皿中央, 用 DMEM 培养基冲洗 3次,并剪碎为1 mm ×1 mm × 1 mm 的小块。使用移液管将细碎组织块移入另一直径 60 mm 的培养皿内,使用吸引器小心吸干组织 块周围的培养基。将培养皿置于 CO₂ 细胞培养箱 (37 °C, 5% CO₂, SERIES II, ThermoForma 公司, 美 国),静置 2~3 h,待组织块初步贴壁。随后,在培

养皿内缓慢加入培养基(77% DMEM 培养基,20% 胎牛血清及3%双抗),将培养皿转移至细胞培养箱 [37 ℃,5%(体积分数)CO₂]中培养,2~3 d 换液, 待细胞爬满培养皿面积80%进行传代。

1.9 细胞黏附数量检测

将经不同种类大气压放电冷等离子体处理前后 的4组试件浸泡于75%乙醇中30min,消毒后使用 磷酸盐缓冲液(phosphate buffer saline, PBS)冲洗3 遍,用吸引器吸干表面液体,将氧化锆试件置于24 孔板中。将生长状态良好的培养至4~7代的牙龈 成纤维细胞以1×10⁵每孔的密度接种于试件表面, 静置 30 min,待细胞贴壁后,每孔加入 DMEM 培养 基(含10%胎牛血清和1%青链霉素混合液)1 mL, 将培养皿置于 CO,培养箱中培养。培养 3 h 后从培 养箱中取出培养皿,测定细胞的黏附能力。轻轻晃 动 24 孔板并吸去原培养基及未贴壁的细胞,PBS 冲 洗3遍,将试件取出放出24孔板的新孔中,加入 360 μL DMEM 培养基及 40 μL 细胞增殖-毒性检测 (cell counting kit-8, CCK-8) 试剂。在培养箱中 37 ℃孵育2h,吹打混匀后将培养基移至96孔板中,每 孔 100 µL。使用酶标仪(ELX808, BioTek 公司, 美 国)波长450 nm,测定光密度值。试验重复3次,每 次每组3个平行样。

1.10 细胞黏附形态检测

使用激光共聚焦显微镜(LSM710, Zeiss 公司, 德国)观察牙龈成纤维细胞在氧化锆试件表面的初 期黏附形态。将生长状态良好的培养至4~7代的 牙龈成纤维细胞以5×10⁴每孔的密度接种于试件 表面,静置30 min,每孔加入DMEM 培养基(含10%) 胎牛血清和1% 青链霉素混合液)1 mL,置于 CO,培 养箱中培养3h,观察牙龈成纤维细胞在氧化锆试件 表面的黏附情况。达到培养时间后,PBS 冲洗 3 遍, 去除未贴壁细胞,4%(质量分数)甲醛固定50 min, PBS 冲洗 3 遍(每次浸泡 5 min)。使用异硫氰酸酯 (fluoresceine isothiocyanate, FITC)标记的鬼笔环肽 (Phalloidin,肌动蛋白染色为绿色,Sigma 公司,美 国)进行胞浆染色,使用4',6-二脒基-2-苯基吲哚 (4',6-diamidino-2-phenylindole,DAPI,细胞核染为 蓝色, Roche Basler 公司, 瑞士)进行细胞核染色, 使 用激光共聚焦显微镜(LSM710, Zeiss 公司,德国)对 细胞形态进行观察。

1.11 统计学分析

氧化锆试件粗糙度、接触角以及细胞黏附数量 使用单因素方差分析,并通过 LSD 方法进行组间两 两比较,所有统计结果均由统计软件 SPSS 17.0 完 成,显著性水平设置为α=0.05。

- 2 结果
- 2.1 试件表面形貌

4 组氧化锆试件肉眼观察下对照组表面可见磨 光纹路,使用扫描电镜放大 2 500 倍观察,对照组及 经不同大气压放电冷等离子体处理后试件表面形貌 未见明显变化(图 2)。



A, control group; B, He group.

图 2 扫描电镜观察对照组及经氦气大气压放电冷等离子体处理后氧化锆试件(×2 500)
Figure 2 Surface topography observations of the zirconia disks by SEM (×2 500)

2.2 试件表面粗糙度测量结果

分别测量 4 组试件表面粗糙度, $Ra = (0.05 \pm 0.01)$ µm。对照组与 He 组、Ar 组及 Ar + O₂组间接 触角差异无统计学意义(P > 0.05)。

2.3 试件表面接触角测量结果

对照组氧化锆表面接触角测量结果为 $68.38^{\circ} \pm 5.1^{\circ}$,经以不同气体为工作气体的大气压放电冷等离子体处理后,接触角显著减小至 $39.73^{\circ} \pm 3.20^{\circ}$ (He 组)、24.71° ± 3.60°(Ar 组)、17.90° ± 2.60°(Ar + 0₂组), $P < 0.05_{\circ}$

2.4 X射线衍射分析材料成分

X 射线衍射分析结果显示,30.5°处的峰值显示 的是四方相氧化锆,是钇稳定性氧化锆的主体,试件 晶体成分符合钇稳定性氧化锆。

2.5 X 射线光电子能谱分析

经等离子体处理后,3组氧化锆试件表面C百分比含量明显下降,0百分比含量升高,C/0比下降(表1)。

2.6 不同处理条件的试件表面对牙龈成纤维细胞 黏附增殖的影响

不同种类大气压放电冷等离子体处理后的氧化 错试件表面人牙龈成纤维细胞3h 黏附数量均多于 未经等离子体处理的氧化锆试件表面,其中Ar组及 Ar+O₂组相较于对照组差异具有统计学意义(P < 0.05,图3)。在3组CAP处理组中,Ar+O₂组较另外

两处理组有更多的牙龈成纤维细胞附着(P<0.05)。

表1 对照组及等离子体处理组C及O元素百分比组成

Table 1 Atomic percentage of C and O on four surfaces

Items	C/%	0/%	C/0
He group	23.55	52.63	0.45
Ar group	18.72	52.47	0.36
$Ar + O_2$ group	17.15	52.17	0.33
Control	39.63	37.09	1.07



Data are shown as mean \pm SD (n = 15). * P < 0.05, vs. Ar group; # P < 0.05, vs. control group. CCK-8, cell counting kit-8.

图3 对照组及大气压放电冷等离子体处理组氧化锆表面 牙龈成纤维细胞定量检测,经不同种类大气压放电冷等离子体

处理后氧化锆试件表面人牙龈成纤维细胞3h黏附数量增长

Figure 3 Quantitative measurements of the HGFs on the control and CAP plasma treatment surfaces, cell attachment after culturing for 3 h $\,$

2.7 不同处理条件的试件表面对牙龈成纤维细胞 形态的影响 氧化锆试件表面接种牙龈成纤维细胞3h后可检 测到细胞贴壁,3组经大气压放电冷等离子体处理的 氧化锆表面,牙龈成纤维细胞初期黏附后铺展更开,伸 出的伪足更多,细胞间连接更多,表面积更大(图4)。



A, E, the helium cold atmospheric plasma treatment for 90 s; B, F, the argon cold atmospheric plasma treatment for 90 s; C, G, the mixture argon and oxygen cold atmospheric plasma treatment for 90 s; D, H, no atmospheric plasma treatment as controls. Cell immunofluorescence staining, A – D, magnification is $\times 10$, E – H, magnification is $\times 40$.

图4 激光共聚焦显微镜观察4组试件表面牙龈成纤维细胞形态

Figure 4 Confocal laser scanning microscopy observations of the human gingival fibroblasts on the control and plasma treatment surfaces

3 讨论

氧化锆是一种生物相容性良好、机械性能稳定 且美观性好的全瓷材料,已经在口腔修复的各个领 域有了广泛的应用^[6],氧化锆作为基台材料应用于 前牙美学区种植修复具有良好的应用前景。

除基台材料类型外,材料表面的理化性质同样 影响周围软组织结合^[7],粗糙度及润湿性是两个重 要的材料表面理化性质。Abrahamsson等^[8]的研究 显示,基台表面粗糙度对其周围结合上皮及结缔组 织的愈合差异无统计学意义。Schwarz等^[9-10]的系 列研究证实润湿性强的表面更利于基台周围软组织 的初期附着,并得出结论,相较于表面形貌,种植体 基台与周围软组织的结合受基台表面润湿性的影响 更大,因此,改变光滑的氧化锆表面润湿性获得有利 于软组织附着的表面特性,对种植体达到良好的功 能及美学效果并维持长期稳定具有重要作用。

等离子体是一种以原子、分子、离子、自由基和 光子为主要成分的物质形态,广泛存在于宇宙中,被 视为物质的第四态,其中大气压放电冷等离子体具 有在大气压开放环境中放电且放电温度接近体温的 特性,在生物医学领域应用广泛。

本研究的结果显示,以不同气体为工作气体的 大气压放电冷等离子体处理的氧化锆表面形貌及粗 糙度无改变,接触角显著下降,润湿性提高,与 Canullo 等^[11]的研究结果一致。X 射线光电子能谱 分析结果显示,经等离子体处理后的氧化锆试件表 面,C 百分比含量减少,O 百分比含量增加,C/O 显 著下降,表明经大气压放电冷等离子体处理后的氧 化锆材料表面含氧元素的官能团显著增加。通过比 较以不同气体作为工作气体的大气压放电冷等离子 体对氧化锆表面润湿性及元素组成的改性效果, Ar+O₂混合气体的改性作用最为显著,氧化锆材料 表面经处理后含氧官能团增加最明显。

既往研究显示,氧化锆润湿性及含氧官能团增 加可显著增加表面人牙龈成纤维细胞的黏附及增殖 能力^[12]。Hoshi 等^[13]发现经紫外线照射的钛基台 材料表面粗糙度不变,润湿性显著提高,其表面培养 的人牙龈成纤维增殖能力亦显著提高。An 等^[14]的 研究显示人牙龈上皮细胞在经酸蚀处理后润湿性更 高的光滑钛表面具有更好的铺展及增殖能力。本课 题组既往研究证实 He 大气压放电冷等离子体可通 过增加氧化锆表面润湿性提高人牙龈成纤维细胞的 黏附及增殖能力^[5]。本研究进一步比较 He、Ar、 Ar+O,混合气体对氧化锆表面的改性作用以及对 人牙龈成纤维黏附能力的影响,以获得更佳的处理 条件。研究显示在相同处理条件下,相较于 He, Ar 等离子体对氧化锆表面的改性作用更为明显,对人 牙龈成纤维细胞早期黏附能力的促进作用亦更为显 著,这与 Canullo 等^[15]发现的经 Ar 等离子体处理后 的氧化锆表面更有利于成骨细胞早期黏附的结论一 致。本研究使用95% Ar +5% O₂的混合气体作为工 作气体,发现混合气体可在氧化锆表面接支更多的 含氧官能团,对人牙龈成纤维细胞的早期黏附作用 促进更为明显。

综上所述,大气压放电冷等离子体处理氧化锆 可在不改变材料表面形貌及粗糙度的情况下,通过 在氧化锆表面接支含氧官能团增加氧化锆表面润湿 性,进而促进人牙龈成纤维细胞在氧化锆表面的早 期黏附能力。以Ar + O₂混合气体作为工作气体的 大气压放电冷等离子体可促进人牙龈成纤维细胞在 氧化锆表面的黏附,提示材料表面的润湿性及元素 组成是影响其表面细胞生物学行为的重要理化性 质。本研究为氧化锆基台提供了一种安全、便捷、高 效的表面处理方法,为更好地形成氧化锆基台周围 软组织袖口封闭提供了新思路,具有重要的理论指 导及临床实践意义。

参考文献

- [1] Kawahara H, Kawahara D, Hashimoto K, et al. Morphologic studies on the biologic seal of titanium dental implants. Report I. In vitro study on the epithelialization mechanism around the dental implant[J]. Int J Oral Maxillofac Implants, 1998, 13(4): 457 – 464.
- [2] Schwarz F, Derks J, Monje A, et al. Peri-implantitis [J]. J Periodontol, 2018, 89 (Suppl 1): S267 - S290.
- [3] Kim YS, Shin SY, Moon SK, et al. Surface properties correlated with the human gingival fibroblasts attachment on various materials for implant abutments: a multiple regression analysis [J]. Acta Odontol Scand, 2015, 73(1): 38 - 47.
- [4] Kim JH, Lee MA, Han GJ, et al. Plasma in dentistry: a review of basic concepts and applications in dentistry [J]. Acta Odontol Scand, 2014, 72(1): 1-12.
- [5] Zheng M, Yang Y, Liu XQ, et al. Enhanced biological behavior of in vitro human gingival fibroblasts on cold plasma-treated zirconia
 [J]. PLoS One, 2015, 10: e0140278.

- [6] Yin L, Nakanishi Y, Alao AR, et al. A review of engineered zirconia surfaces in biomedical applications [J]. Procedia CIRP, 2017, 65: 284 – 290.
- [7] Rigolin MSM, de Avila ED, Basso FG, et al. Effect of different implant abutment surfaces on OBA-09 epithelial cell adhesion[J]. Microsc Res Tech, 2017, 80(12): 1304 – 1309.
- [8] Abrahamsson I, Zitzmann NU, Berglundh T, et al. The mucosal attachment to titanium implants with different surface characteristics: an experimental study in dogs[J]. J Clin Periodontol, 2002, 29(5): 448-455.
- [9] Schwarz F, Herten M, Sager M, et al. Histological and immunohistochemical analysis of initial and early subepithelial connective tissue attachment at chemically modified and conventional SLA titanium implants. A pilot study in dogs[J]. Clin Oral Investig, 2007, 11(3): 245-255.
- [10] Schwarz F, Mihatovic I, Becker J, et al. Histological evaluation of different abutments in the posterior maxilla and mandible: an experimental study in humans [J]. J Clin Periodontol, 2013, 40 (8): 807-815.
- [11] Canullo L, Genova T, Wang HL, et al. Plasma of argon increases cell attachment and bacterial decontamination on different implant surfaces[J]. Int J Oral Maxillofac Implants, 2017, 32 (6): 1315-1323.
- [12] Yang Y, Zhou J, Liu X, et al. Ultraviolet light-treated zirconia with different roughness affects function of human gingival fibroblasts *in vitro*: the potential surface modification developed from implant to abutment[J]. J Biomed Mater Res B Appl Biomater, 2015, 103(1): 116 - 124.
- [13] Hoshi N, Negishi H, Okada S, et al. Response of human fibroblasts to implant surface coated with titanium dioxide photocatalytic films[J]. J Prosthodont Res, 2010, 54(4): 185 – 191.
- [14] An N, Rausch-fan X, Wieland M, et al. Initial attachment, subsequent cell proliferation/viability and gene expression of epithelial cells related to attachment and wound healing in response to different titanium surfaces[J]. Dent Mater, 2012, 28(12): 1207 – 1214.
- [15] Canullo L, Genova T, Tallarico M, et al. Plasma of argon affects the earliest biological response of different implant surfaces: an *in vitro* comparative study [J]. J Dent Res, 2016, 95(5): 566 – 573.

(2018-10-09 收稿) (本文编辑:刘淑萍)