电解液中钙磷组分对镁合金 MAO 生物陶瓷膜层 特性的影响

许 蕾,王泽鑫,杜翠玲,陈 静,芦 笙

(江苏科技大学, 江苏 镇江 212003)

摘 要: 采用恒流模式,通过单变量实验改变电解液中乙酸钙、六偏磷酸钠和磷酸二氢钠等钙磷组分的浓度,在AZ31 镁合金表面制备微弧氧化生物陶瓷膜,观察分析膜层微观组织结构,测定膜层表面 Ca/P 比、耐蚀性等,探讨钙磷组分 及其浓度对膜层组织和性能的影响,进而对电解液进行优化,并对优化后的膜层性能进行观察和分析。结果表明:乙 酸钙、六偏磷酸钠、磷酸二氢钠对膜层 Ca、P 元素含量及 Ca/P 比值有决定作用;乙酸钙浓度越高,膜层厚度越小,但 是均一性越好;六偏磷酸钠浓度对膜层表面形貌和厚度几乎无影响,其浓度越高,膜层中 P 元素含量越高;磷酸二氢 钠浓度越高,Ca/P 比值越小。电解液优化后,制备的膜层较为平整致密,表面均匀分布 10.7 μm 左右的微孔,但存在 微裂纹;膜层主要由 MgO、Mg 和少量 Ca₂P₂O₇、SiO₂等物相组成,使硬度和耐蚀性比镁合金基体有明显提高;膜层粗 糙度 *R*_a=0.45 μm,润湿角为 42.65°,有利于细胞的附着与生长。

关键词: 镁合金; 微弧氧化; 生物陶瓷; 耐蚀性; 生物活性

中图法分类号: TG146.2 ⁺ 2	文献标识码: A	文章编号: 1002-185X(2015)10-2576-07
--------------------------------	----------	---------------------------------

镁合金密度小、比强度和比刚度高、阻尼性和切削 性能好、易于回收,因此被广泛应用于汽车制造、航空 航天、电子等领域^[1]。镁是人体必需的常量元素之一, 约占体重的 0.05%,其中 50%沉积于骨骼,48%在细胞 内部,2%溶于血液。镁合金具有与人骨相匹配的弹性 模量并兼具较好的力学性能,可避免应力遮挡效应^[2,3]。 研究表明,镁及镁合金生物相容性和可降解性好,不会 发生细胞溶解现象,并能诱导骨形成^[4-8],具有广阔的 生物医用应用前景。

然而,镁合金在体液中(含 CI 离子)易发生腐蚀降 解,呈现出较高的化学和电化学活性,严重制约了其在 生物医学上的应用与发展。微弧氧化技术(Micro-arc oxidation, MAO)是一种新型环保的表面改性方法,所 制备的膜层与基体结合紧密,具有优良的耐蚀性、耐磨 性,并能形成多孔形貌,有利于成骨细胞附着与生长^[9]。

近年来,国内外学者对镁合金微弧氧化生物电解液 进行了研究,Srinivasan等^[10]应用 Ca(OH)₂和 Na₃PO₄ 配制了 3 种不同浓度的电解液,分别制得了厚度 23,44, 69 μm 的膜层;张向宇等^[11] 在 CaCO₃-Na₃PO₄体系中 制备了 Ca/P 原子比达 1.32 的涂层,其表面微孔尺寸 及分布均匀,有利于羟基磷灰石或类骨磷灰石以及模 拟体液浸泡处理中活性物质的生成。Wang 等^[12]在碱 性硅酸盐电解液中加入 TiO₂溶胶,以获得含有生物活 性物质 TiO₂的陶瓷膜,发现随 TiO₂溶胶浓度的增加, 陶瓷膜的耐腐蚀性减小。

为进一步研究镁合金 MAO 生物陶瓷膜,本实验 设计了一种新型的电解液体系(氢氧化钠+六偏磷酸钠 +磷酸二氢钠+乙酸钙+硅酸钠),其中钙磷组分(乙酸 钙、六偏磷酸钠、磷酸二氢钠)对成骨因素 Ca/P 比有 重要影响。因此以钙磷组分为研究对象,进行单变量 实验,开展膜层形貌、孔隙率、粗糙度、Ca/P 比及耐 蚀性的分析研究,探索钙磷组分及其浓度对膜层组织和 性能的影响。

1 实 验

实验材料为 AZ31 镁合金 (质量分数: Al 3.1%, Mn 0.48%, Zn 0.88%, Fe 0.0027%, Cu 0.0015%, Ni 0.0005%, 余量 Mg), 矩形试样尺寸 20 mm×20 mm×4 mm。采用 WHD-20 型微弧氧化装置,设置参 数为:恒流模式,频率 500 Hz,电流 0.8 A,正占空 比 40%,负占空比 60%,微弧氧化时间 15 min。选 定基础电解液成分为: 2.8 g/L 氢氧化钠+6 g/L 硅酸 钠+0.4 g/L 乙酸钙+0.94 g/L 六偏磷酸钠+1.1 g/L 磷 酸二氢钠。

收稿日期: 2014-10-28

基金项目: 江苏高校优势学科建设工程资助项目 (苏政办[2011]6); 江苏省先进焊接技术重点实验室资助项目(JSAWT-11); 江苏省高校研 究生科研创新计划资助项目(2014-1081)

作者简介:许 蕾,女,1989年生,硕士生,江苏科技大学材料科学与工程学院,江苏 镇江 212003, E-mail: yzx11989@163.com

由于氢氧化钠主要用以调节电解液 pH 值, 硅酸 钠主要影响膜层厚度和终电压^[13], 而乙酸钙、六偏磷 酸钠和磷酸二氢钠的浓度对膜层的成骨因素 Ca/P 比 有重要影响^[14],因此实验时固定氢氧化钠和硅酸钠的 浓度,依次对乙酸钙、六偏磷酸钠、磷酸二氢钠进行 单变量优化实验。根据六偏磷酸钠对钙离子的络合作 用,按照络合物 Ca/P 摩尔比 1:10, 1:8, 1:6 计算获得以 下各组分的浓度变化量分别为:

乙酸钙: 0.24, 0.31, 0.40 g/L; 六偏磷酸钠: 0.94, 1.41, 1.88 g/L; 磷酸二氢钠: 0.55, 0.83, 1.1 g/L。

实验时先改变乙酸钙浓度,保持其他组分为基础成 分浓度,经单变量实验得到最佳乙酸钙浓度,并在后续 实验中固定乙酸钙为最佳浓度,以此类推。通过单变量 实验研究钙磷组分浓度变化对膜层表面形貌、表面成 分及性能的影响,并优化电解液。

采用LEXTOLS4000激光扫描共聚焦显微镜和 JSM-6480型扫描电镜观察膜层表面形貌,并借助 ImageJ软件测量膜层表面孔隙率及孔径,用INCA 能 谱仪分析表面元素,用XRD-6000X射线衍射仪分析膜 层物相;利用LEXTOLS4000激光扫描共聚焦显微镜、 CMI233膜层测厚仪分别测量膜层表面粗糙度、膜层厚 度;通过静态失重法Ringers'液浸泡试验和接触角实验 分别测试膜层的腐蚀速率和润湿性;采用MD-5型显微 硬度仪测量膜层维氏硬度。

2 结果与分析

2.1 乙酸钙浓度对膜层的影响

乙酸钙浓度分别为 0.24, 0.31, 0.4 g/L 时制备的膜 层厚度(h)及其腐蚀速率(v)如图 1a 所示,表面形貌如 图 2 所示,孔隙率、粗糙度及厚度方差见表 1。随乙 酸钙浓度提高,膜层厚度减小,但膜厚方差也随之减 小,表明膜厚越来越均匀。乙酸钙浓度为 0.40 g/L 时 膜厚方差最小,且膜厚较均匀,腐蚀速率最低(0.0412 g/m² h); 0.24 g/L 时制备的膜层虽然厚度最大,但很 不均匀,腐蚀较快(0.0930 g/m² h),说明膜厚的均匀性 对耐蚀性有着较大的影响。

由图 2 和表 1 可以发现, 3 种乙酸钙浓度条件下 均制得了表面多孔的膜层, 孔隙率均在 13%~16%, 膜层粗糙度 R_a=1.2~1.6 μm,且随着乙酸钙浓度升高, 膜层表面熔融物减少,表面微孔分布变均匀,表明乙 酸钙有助改善成膜质量。实验中发现在配制电解液时, 加入极少量的乙酸钙时,溶液立即变成乳白色悬浊液, 表明乙酸钙浓度的微小变化会导致电解液特性及电导 率较大变化。可以认为,当乙酸钙浓度提高时,电解 液的导电能力增强,脉冲电流变大,放电火花产生的





瞬间能量足以击穿氧化膜较多部位,产生大量的放电 通道,在放电通道内发生一系列化学、等离子反应, 熔融产物经融熔烧结和快速凝固,形成"火山口"的 表面形貌^[15,16],导致微孔数量增加且分布趋于均匀, 膜层厚度方差变小。同时,脉冲电流变大后,膜层的 溶蚀速率也增加,导致最终膜层厚度下降。此外,由 图明显可见,3种浓度下的膜层表面均分布着大小不一 的微裂纹,以贯穿微孔、环绕微孔或以微孔为中心呈 辐射状分布。

表 2 是各组分不同浓度对应的膜层表面 Ca/P 比, 3 种乙酸钙浓度的膜层 Ca/P 比值均较小(0.36~0.49), 差别不大。其中,乙酸钙浓度为 0.31 g/L 时,生物活 性 Ca 元素的含量最大,此时 P 元素的含量也较大, 但膜层表面熔融堆积物多,微孔较少且分布不均(如图 2),膜层厚度均一性差,腐蚀速率最大(0.1549 g/m² h),



图 2 不同乙酸钙浓度膜层的表面形貌

Fig.2 Surface morphology of the coatings with different concentration of Ca(Ac)₂: (a) 0.24 g/L, (b) 0.31g/L, and (c) 0.40 g/L

表 1 各组分不同浓度制得膜层表面孔隙率-粗糙度-厚度方差 数据

 Table 1
 Data of porosity-roughness-thickness variance of the coatings

	-			
Composition	Concentration/	Porosity/	Roughness/	Thickness
Composition	$g L^{-1}$	%	μm	variance
	0.24	14.1	1.64	2.26
Ca(Ac) ₂	0.31	13.1	1.68	0.90
	0.40	15.4	1.22	0.27
(Na ₂ PO ₃) ₆	0.47	15.2	1.21	0.72
	0.94	15.4	1.22	0.27
	1.41	14.1	1.21	0.45
	1.88	11.2	1.24	0.65
	0	7.6	1.43	1.98
NaH ₂ PO ₄	0.55	14.7	0.45	0.52
	0.83	10.0	1.71	1.82
	1.10	15.4	1.22	0.27
Optimized	-	14.7	0.45	0.52

祝 2 百 五 万 千 円 水 反 时 侍 庆 伝 衣 面 Ca/1 6	制得膜层表面 Ca/P 比
--------------------------------------	---------------

Table 2	Ca/P ratio of	the coatings	with different	compositions
---------	---------------	--------------	----------------	--------------

Composition	Concentration/g L ⁻¹	Content/at%		C_0/D
Composition		Ca	Р	- Ca/F
	0.24	3.79	10.42	0.36
$Ca(Ac)_2$	0.31	5.10	10.48	0.49
	0.40	2.86	7.25	0.39
(Na ₂ PO ₃) ₆	0.47	1.94	6.26	0.31
	0.94	2.86	7.25	0.39
	1.41	1.89	9.08	0.21
	1.88	2.32	9.33	0.25
	0	7.84	7.29	1.08
NaH ₂ PO ₄	0.55	5.11	8.14	0.63
	0.83	5.42	9.31	0.58
	1.10	2.86	7.25	0.39
Optimized	-	5.11	8.14	0.63

耐蚀性差。综上所述,结合各个因素,为利于细胞粘 附与增长,并且保证较好的耐蚀性和较高的 Ca/P 比 值,选定较优的乙酸钙浓度为 0.40 g/L。

2.2 六偏磷酸钠浓度对膜层的影响

六偏磷酸钠浓度为 0.94, 1.41, 1.88 g/L 时制备的 膜层厚度及其腐蚀速率如图 1b,表面形貌如图 3a, 3b, 3c,孔隙率、粗糙度及厚度方差见表 1。六偏磷酸钠 的浓度变化对膜层厚度影响不大,均在 16.5 μm 左右, 其中 0.94 g/L 时制得的膜厚方差最小,最为均匀,且 膜层腐蚀速率最小,耐蚀性最好; 3 种浓度下的膜层 表面形貌差异较小,表面均布满微孔并有明显的微裂 纹,膜层粗糙度均较小(*R*_a=1.2 μm 左右),孔隙率在 11.2%~15.4%, 0.94 g/L 时表面孔隙率最大(15.4%)。

由表 2 可见,随(NaPO₃)₆浓度的增大,膜层中 P 元素的含量增大,而 Ca 元素的含量变化相对较小,故 Ca/P 比值呈下降趋势。这主要是由于乙酸钙的浓度不 变,而(NaPO₃)₆的浓度不断增大,在溶液中电离水解 成相对较多的 PO₃ 离子,其中一部分与 Ca²⁺形成 [Ca₂(PO₃)₆]²⁻阴离子,PO₃ 离子和[Ca₂(PO₃)₆]²⁻阴离子 均能参与膜层形成的反应,从而使得膜层中 P 含量增 大。当乙酸钙浓度为 0.94 g/L 时,膜层 Ca/P 比值最大 (0.39)。

为进一步优化六偏磷酸钠浓度,以获得更优的膜 层特性,在其他条件不变情况下,将六偏磷酸钠浓度 降为 0.47 g/L,获得的膜层表面形貌见图 3d。可以发 现,其表面仍布满微孔,膜层厚度为 16.2 m,但膜厚 方差变大(0.72),膜层厚度均匀性变差,因而导致其相



图 3 不同六偏磷酸钠浓度膜层的表面形貌

Fig.3 Surface morphology of the coatings with different concentration of (Na₂PO₃)₆: (a) 0.94 g/L, (b) 1.41 g/L, (c)1.88 g/L, and (d) 0.47 g/L

应的腐蚀速率(0.0840 g/m² h)明显高于 0.94 g/L 时 (0.0412 g/m² h), Ca/P 值也变小(0.31)。因此以 Ca/P 比值和耐蚀性为主要参考指标,选定六偏磷酸钠的优 化浓度为 0.94 g/L。

2.3 磷酸二氢钠浓度对膜层的影响

磷酸二氢钠浓度为 0.55, 0.83, 1.1 g/L 时制备的膜 层厚度及其腐蚀速率如图 1c 所示,表面形貌如图 4a, 4b, 4c,孔隙率、粗糙度及厚度方差见表 1。磷酸二氢 钠浓度为 0.83 g/L 时膜层厚度最大(28.6 μm),但腐蚀 速率最高(0.0515 g/m² h);而浓度较小(0.55%)时的膜 层厚度虽然不高(23.9 μm),但腐蚀速率最低(0.0312 g/m² h)。

对此,为了解磷酸二氢钠对膜层的贡献,特做了 一组无磷酸二氢钠的实验,获得的膜层表面形貌如图 4d,其表面粗糙且孔隙率低(7.6%)。对比 4 个浓度下 数据可发现:当磷酸二氢钠浓度为 0 和 0.83 g/L 时, 膜层虽有一定厚度(22.2 和 28.6 μm),但是厚度方差较 大,膜层各处厚度不均匀,导致此二浓度下膜层腐蚀 速率较大,耐蚀性较差(0.0569 和 0.0515 g/m² h);而 磷酸二氢钠浓度为 0.55 g/L 时,膜厚较大且耐蚀性最 好(如图 1c)。

当磷酸二氢钠浓度为0时,电解液导电性较差, 能击穿部位较少,导致膜层表面微孔数目少,孔隙率 较低,膜层表面不均匀,粗糙度较大。随磷酸二氢钠 浓度提高,电解液导电性增加,膜层击穿生长能力增 强,膜厚和孔隙率提高,膜层均匀性也得到改善。但 超过一定浓度后膜层的溶蚀速率也增加,膜层厚度反 而减小,因溶蚀不均,粗糙度也变大。因此,只有在 一定的磷酸二氢钠浓度范围内(如0.55 g/L),才能获 得综合性能(厚度、均匀性)较好的膜层。而超过这 一范围,如浓度为0.83 g/L时,膜层表面有大量熔融 物堆积和覆盖了一些孔洞,导致表面粗糙度很大且孔 隙率较小。张欣宇等人在磷酸二氢钠体系电解液中制 备铝合金微弧氧化膜的研究中也发现类似现象,当磷 酸二氢钠含量在0.5~0.7 mol/L时,膜层成膜率和光 洁度等综合性能较好^[17]。

由表 2 可知,随着磷酸二氢钠浓度的提高,膜层 表面 Ca/P 比值有所降低,浓度为 0 时膜层表面 Ca/P 比值达到 1.08,但是此时膜层表面形貌较差,孔隙率 低,粗糙度大,不利于细胞粘附与增长,且腐蚀速率 较快,不能满足植入体的需求。因此选定最佳磷酸二 氢钠浓度为 0.55 g/L。

2.4 优化后膜层特性

通过以上单变量实验获得的优化氢氧化钠-硅酸 钠电解液体系为: 2.8 g/L 氢氧化钠+6 g/L 硅酸钠+0.4



图 4 不同磷酸二氢钠浓度膜层的表面形貌

Fig.4 Surface morphologies of the coatings with different concentration of NaH₂PO₄: (a) 0.55 g/L, (b) 0.83 g/L, (c)1.10 g/L, and (d) 0 g/L

g/L 乙酸钙+0.94 g/L 六偏磷酸钠+0.55 g/L 磷酸二氢 钠,对应的是前述单变量实验中磷酸二氢钠浓度为 0.55 g/L 时制得的膜层(图 4a)。图 5 为对应膜层 SEM 表面微观形貌,明显可见,优化后膜层的表面微孔分 布较为均匀,表面较为致密,但仍有少量裂纹。经测 量,优化后的膜层表面平均孔径为 10.7 μm,且微孔 大小趋于均匀。

根据能谱扫描结果,优化后膜层表面 Ca/P 比值为 0.63(Ca:5.11 at %、P:8.14 at %)。图 6 为膜层表面"火 山口"状放电通道口内外微区的能谱分析数据,可以 发现: 在放电通道口内, Ca 元素的含量较高 (71.32at%);在放电通道口外,Ca 元素的含量较低 (2.92at%)。由此可以认为,微弧氧化反应在放电通道 口内进行的较为剧烈,溶液中电离以及络合的 Ca²⁺、 OH⁻、[Ca₂(PO₃)₆]²⁻等离子在其间进行了剧烈反应,且 放电通道口数目越多,越有利于 Ca 元素含量的提高。

图 7 为优化后微弧氧化膜层的 XRD 分析结果, 主要由 MgO、Mg 和少量 Ca₂P₂O₇、SiO₂等物相构成。 上述陶瓷相的存在使膜层硬度(2230.1 MPa)比基体 (597.8 MPa)大幅提高,同时显著降低了镁合金的腐蚀 速率:由基体的 0.2011 g/m² h 降至优化后膜层的 0.0312 g/m² h,且低于所有未优化膜层的腐蚀速率。

优化后膜层表面具有较低的粗糙度(R_a=0.45 μm), 表面较为平整。膜层表面由于瞬间高温作用击穿形成 了大量大小不一的孔洞,孔洞周围有一定的高



图 5 优化膜层表面 SEM 照片

Fig.5 SEM image of the optimized coating surface



图 6 优化膜层微孔内外点扫描结果

Fig.6 Point scanning data in (a) and out of (b) the micropore



图 7 微弧氧化膜 XRD 分析 Fig.7 XRD pattern of MAO coating

温熔融物,这些孔洞和熔融物使得膜层表面具有一定的粗糙度,这有利于细胞的粘附与增长。优化后膜层 对水的接触角为 42.65°,具有较好的润湿性。研究表 明材料表面对水润湿角在 60°~80°时即可很好地吸附 细胞,且材料对水接触角越小,润湿性越好^[18]。因此, 接触角为 42.65°时细胞可以在膜层上很好地粘附与生 长。

3 讨 论

本实验采用微弧氧化法制备生物陶瓷膜,能在基体 原位生成多孔的含有钙磷元素的陶瓷层,使得膜层具有 供细胞粘附乃至嵌入生长的机会,同时钙磷元素的存在 有利于羟基磷灰石或类骨磷灰石以及后期体内外实验 活性物质的生成^[11],无需再进行后处理。

一般认为, 膜层较厚有利于提高耐蚀性, 但膜层的 耐蚀性与厚度之间并非简单相关[19],膜层厚度的均匀 性、膜层致密性及表面形貌等均对膜层耐蚀性有重要影 响。其中,膜层厚度的均匀性可用厚度方差表征,当膜 层厚度方差较大,即膜层各处厚度不均时(如图 8), 膜层较薄区(如图 8a 箭头所示)的基体会优先暴露而 被腐蚀,此处即成为腐蚀源,使耐蚀性很差的基体不断 被腐蚀,加速腐蚀进程。同时,由于膜层具有微孔和微 裂纹,使膜层较薄处基体受膜层保护的作用被进一步削 弱,实际覆盖膜厚更小(如图 8b 箭头所示),在相同介 质环境下,腐蚀液首先经由微孔和微裂纹进入膜层内 部,膜层不均匀使得膜层较薄处基体更易暴露,导致耐 蚀性变差。例如,乙酸钙浓度为0.4 g/L时,虽然其膜 厚最小 (17.1 um), 但膜厚方差极小 (0.27), 各处膜 层的厚度很均匀,故其耐蚀性最好;反之,乙酸钙浓度 为 0.24 g/L 时, 膜厚最厚(30.4 μm), 但膜层膜厚方差 却很大(2.26),因此耐蚀性反而较差。因此,乙酸钙 浓度从 0.24 g/L 提高至 0.4 g/L,虽然其平均膜层厚度 减小,而耐蚀性却提高。

此外, 膜层均匀性或膜厚方差还受膜层表面粗糙 度影响, 若粗糙度很大, 则膜层表面会出现很大的"峰 谷差(Δh)"(如图 8c 所示), 这也会导致膜厚方差变大; 反之, 则膜厚方差变小。例如, 磷酸二氢钠浓度为 0.83 g/L 时, 膜层厚度较厚(28.6 μm), 孔隙率也较小, 但 其粗糙度很大(1.71 μm), 导致膜厚方差大(1.82), 耐蚀性较低; 而磷酸二氢钠浓度为 0.55 g/L 时, 虽膜层 厚度较薄(23.9 μm), 但粗糙度小(0.45 μm), 有利于 减小膜厚方差(0.52), 因此耐蚀性更优。

因此,结合膜厚、膜厚方差、表面粗糙度及耐蚀 性可以发现,膜层表面越光滑,膜厚越厚(膜厚方差 应尽量小),并有一定的致密度,膜层耐蚀性就越好。

获得的膜层表面分布着"火山口"状的微孔,这 是因为微弧氧化过程中放电火花会产生瞬间高能量, 放电火花在微弧氧化过程中持续不断,持续的瞬间高 能足以击穿氧化膜的较多部位,产生大量的放电通道, 同时在瞬间高温作用下,溶液与试样在放电通道内发 生一系列复杂的反应,使得被烧结的产物凝固,从而 形成"火山口"的表面形貌^[15,16],也正是这些复杂的 反应使得溶液中的元素进入到膜层。根据 XRD 结果, 膜层主要由 MgO、Mg 和少量 Ca₂P₂O₇和 SiO₂等相构 成,其中 Mg 来自基体, Ca₂P₂O₇相来自溶液中的复杂 反应:

$$Ca(Ac)_2 = Ca^{2+} + 2Ac^{-}$$
(1)

$$2Ca^{2+} + (NaPO_3)_6 = 6Na^{+} + [Ca_2(PO_3)_6]^{2-}$$
(2)



图 8 不均匀膜层示意图 Fig.8 Sketch of inhomogeneous coatings

 $6OH^{-}+[Ca_{2}(PO_{3})_{6}]^{2-}+4Ca^{2+}=3Ca_{2}P_{2}O_{7}+3H_{2}O$ (3)

微弧氧化过程中, Mg 在瞬间高温高压作用下发 生微区熔融,并通过电泳作用进行扩散,同时与吸附 在基体表面的 O 原子迅速反应生成 MgO 并沉积在基 体表面^[20]。MgO、Ca₂P₂O₇和 SiO₂均为高熔点相,其 熔点分别为 2800,1353 和 1723 ℃,因此膜层具有较好 的耐热性,同时这也证明了微弧区具有很高的瞬间温 度,并且表明在瞬间高温作用下,溶液中的离子也直 接参与了反应。

同时,在瞬间高温作用下,膜层表面的各个物相会 发生不同程度的膨胀,且各相膨胀系数与膨胀方向不 同,将会产生热应力,从而产生裂纹。由于微孔是应力 集中区,故大多裂纹均是穿过微孔或以微孔为中心呈辐 射状分布。

4 结 论

 1)在本实验条件下,乙酸钙浓度越高,膜层厚度 越小,但是均一性越好;六偏磷酸钠浓度对膜层表面形 貌和厚度几无影响,其浓度越高,膜层中 P 元素含量 越高;磷酸二氢钠浓度越高,膜层表面 Ca/P 值越小。

2)当膜厚较为均匀时,膜层表面越光滑、膜厚越
 厚,膜层耐蚀性越好。

 3)微弧氧化反应在放电通道口内进行较为剧烈, 微孔越多,越有利于 Ca 含量提高。

4) 微弧氧化生物陶瓷膜主要由 MgO、Mg 和少量 Ca₂P₂O₇、SiO₂等物相构成,这些相使得膜层具有较高 的硬度和较好的耐蚀性。

参考文献 References

- Huang Xiaoyan(黄晓艳), Zhou Hong(周 宏). Southern Metals(南方金属)[J], 2004, 138: 4
- [2] Huang Jingjing(黄晶晶), Yang Ke(杨 柯). Materials Review(材料导报)[J], 2006, 20(4): 67
- [3] Dai Kerong(戴尅戎). Journal of Medical Biomechanics(医用 生物力学)[J], 2001, 15(2): 69
- [4] Zhang Guangdao(张广道), Huang Jingjing(黄晶晶), Yang Ke(杨 柯) et al. Acta Metallurgica Sinica(金属学报)[J], 2007, 43(11): 1186
- [5] Li Longchuan, Gao Jiangcheng. Surf Coat Techn[J], 2003, 185:92
- [6] Wang Yongwei(王永伟), Zhang Yonghong(张永红). Shanxi Medical Journal(山西医药杂志)[J], 2007, 36(6): 444
- [7] Zhang Jia(张 佳), Zong Yang(宗 阳), Fu Penghuai(付彭怀) et al. Chinese Journal of Tissue Engineering Research(中国组织 工程研究与临床康复)[J], 2009, 13(29): 5747
- [8] Ge Shuping(葛淑萍), Wang Guixue(王贵学), Shen Yang(沈阳) et al. Materials Review(材料导报)[J], 2010, 24(3): 124
- [9] Ma Wei(马威), Shi Huiying(时惠英), Liu Baolin(刘宝林) et al. Journal of Practical Stomatology(实用口腔医学杂志)[J], 2005, 21(1): 106
- [9] Chen Fei, Zhou Hai, Yao Bin et al. Surface & Coatings Technology[J], 2007, 201: 4905
- [10] Srinivasan Bala P, Liang J, Blawert C et al. Applied Surface Science[J], 2010, 256 (12): 4017
- [11] Zhang Xiangyu(张向宇). Thesis for Master Degree(硕士论 文)[D]. Jiamusi: Jiamusi University, 2008: 1
- [12] Wang Y M, Wang F H, Xu M J et al. Applied Surface Science[J], 2009, 255(22): 9124
- [13] Lu Sheng(芦 笙), Xu Rongyuan(徐荣远), Chen Jing(陈 静) et al. The Chinese Journal of Nonferrous Metals(中国有色金 属学报)[J], 2010, 20(10): 1868
- [14] Liu Liang(刘 亮), Guo Feng(郭 峰), Li Pengfei(李鹏飞) et al. Surface Technology(表面技术)[J], 2009, 38(3): 37
- [15] Liu Yaping(刘亚萍), Duan Lianghui(段良辉), Pan Junde(潘 俊德) et al. Material Protection(材料保护)[J], 2006, 39(2):
 49
- [16] Zhang Qun(张 群). Thesis for Master Degree(硕士论文)[D].
 Xi'an: Xi'an University of Technology, 2006: 1
- [17] Zhang Xinyu(张欣宇), Fang Ming(方明). Material Protection(材料保护)[J], 2002, 35(8): 39
- [18] Zhang Li(张 利), Li Yubao(李玉宝), Lü Guoyu(吕国玉) et al. Journal of Functional Materials(功能材料)[J], 2006, 37(12): 1970
- [19] Zhang Rongfa(张荣发), Shan Dayong(单大勇), Chen

Rongshi(陈荣石) et al. The Chinese Journal of Nonferrous Metals(中国有色金属学报)[J], 2007, 10(17): 1574 [20] Ma Ying(马 颖), Zhan Hua(詹 华), Ma Yuezhou(马跃洲) et al. The Chinese Journal of Nonferrous Metals(中国有色金属 学报)[J], 2010, 20(8): 1467

Influence of the Ca- or P-containing Electrolyte Compositions on Properties of Micro-arc Oxidation Coatings Fabricated on Mg Alloy

Xu Lei, Wang Zexin, Du Cuiling, Chen Jing, Lu Sheng

(Jiangsu University of Science and Technology, Zhenjiang 212003, China)

Abstract: Micro-arc oxidation was conducted on AZ31 Mg alloy under CC mode by single variable experiments to improve its corrosion resistance and bio-activity. The microstructure, Ca/P ratio and corrosion rate were studied to investigate the influence of the Ca- or P-containing compositions on the coating. Furthermore, the properties of the optimized coating were studied. The results reveal that Ca/P ratio depends on the concentration of Ca(Ac)₂, (Na₂PO₃)₆ and NaH₂PO₄. With the increase of Ca(Ac)₂, the coating thickness decreases, but it becomes more uniform; while (Na₂PO₃)₆ has little effects on surface morphology or coating thickness. The content of P increases with (Na₂PO₃)₆. The more NaH₂PO₄, the bigger the pore size and the smaller Ca/P ratio. The optimized coating possesses a flat and compact surface covered by micropores with diameters of about 10.7 μ m and there are microcracks. And the coating phases are mainly MgO, Mg and a small amount of Ca₂P₂O₇ and SiO₂, which make the coating harder and more resistant to corrosion. The coating roughness *R*a is 0.4482 μ m and the wetting angle is 42.65°, which are good for cells to adhere to and grow on.

Key words: Mg alloy; micro-arc oxidation; bio-ceramic; corrosion resistance; bio-activity

Corresponding author: Lu Sheng, Ph. D., Professor, School of Materials Science and Engineering, Jiangsu University of Science and Technology, Zhenjiang 212003, P. R. China, Tel: 0086-511-84403699, E-mail: lusheng88168@qq.com