・临床研究・

## 波前像差光路系统检测 IOL 倾斜和偏心对光学成像质量 的影响

李承霖1,崔 红2,李正日1,金 花1,金海燕1,汝新宇1,邓文庆1,吴成哲1,李英俊1

**引用:**李承霖,崔红,李正日,等. 波前像差光路系统检测 IOL 倾 斜和偏心对光学成像质量的影响.国际眼科杂志 2019;19(12): 2071-2075

基金项目:国家自然科学基金委员会资助项目(No.81560167, 81960182)

作者单位:<sup>1</sup>(133000)中国吉林省延吉市,延边大学附属医院眼科;<sup>2</sup>(124000)中国辽宁省盘锦市中心医院眼科

作者简介:李承霖,延边大学在读硕士研究生,研究方向:角膜屈 光手术、白内障。

通讯作者:李英俊,毕业于延边大学医学院,眼科学博士,副主任 医师,硕士研究生导师,研究方向:角膜屈光手术、白内障. liyingjun@ hanmail.net

收稿日期: 2019-07-13 修回日期: 2019-11-08

#### 摘要

**目的**:通过波前像差光路系统探讨人工晶状体(IOL)偏心和倾斜对光学成像质量的影响。

方法:在 5.0mm 模拟瞳孔直径下,采用实验室搭建的 Hartmann-Shack IOL 波前像差光路系统检测球面 IOL Sensar AR40e、非球面单焦点 IOL Tecnis ZA9003、非球面多 焦点 IOL Tecnis ZM900 分别在偏中心 0、0.2、0.4、0.6、 0.8mm,向鼻侧和颞侧倾斜 5°、10°、15°、20°、25°时对光学 成像质量的影响,以高阶像差和调制传递函数(MTF)定 量成像质量。

**结果**:倾斜 5°以内时, Tecnis ZA9003 MTF 值高于 AR40e 和 Tecnis ZM900, 而倾斜 5°、10°、15°、20°时三种 IOL MTF 值有显著差异。Tecnis ZA9003 IOL 倾斜角度与彗差呈显 著正相关(*r*=0.842,*P*<0.001), 与球面像差无显著相关性 (*r*=0.229,*P*=0.241)。偏心 0.6、0.8mm 时三种 IOL MTF 值有显著差异(均 *P*<0.001), Tecnis ZM900 偏心大于 0.4mm 时成像质量明显下降。

**结论**:具有-0.27μm 球差的非球面 IOL 倾斜度小于 5°,偏心小于 0.4mm 时可获得比球面 IOL 更好的光学成像质量。Tecnis ZM900 IOL 偏心大于 0.4mm 时较球面和非球面 IOL 的光学成像质量降低。

关键词:人工晶状体;倾斜;偏心;成像质量;波前相差;光路系统

DOI:10.3980/j.issn.1672-5123.2019.12.17

# Effect of inclination and eccentricity of intraocular lens on optical imaging quality detected by wavefront aberration system

Cheng – Lin Li<sup>1</sup>, Hong Cui<sup>2</sup>, Zheng – Ri Li<sup>1</sup>, Hua Jin<sup>1</sup>, Hai–Yan Jin<sup>1</sup>, Xin–Yu Ru<sup>1</sup>, Wen–Qing Deng<sup>1</sup>, Cheng–Zhe Wu<sup>1</sup>, Ying–Jun Li<sup>1</sup>

Foundation items: National Natural Science Foundation of China

(No.81560167, 81960182)

<sup>1</sup>Department of Ophthalmology, the Affiliated Hospital of Yanbian University, Yanji 133000, Jilin Province, China; <sup>2</sup>Department of Ophthalmology, Panjin Central Hospital, Panjin 124000, Liaoning Province, China

**Correspondence to:** Ying – Jun Li. Department of Ophthalmology, the Affiliated Hospital of Yanbian University, Yanji 133000, Jilin Province, China. liyingjun@ hanmail.net

Received: 2019-07-13 Accepted: 2019-11-08

### Abstract

• AIM: To investigate the effect of inclination and eccentricity of intraocular lens (IOL), on optical imaging quality *via* wavefront aberration optical path system.

• METHODS: The spherical IOL Sensar AR40e, the aspherical monofocal IOL Tecnis ZA9003, and the aspheric multifocal IOL Tecnis ZM900 were measured at the center of the center using a laboratory – built Hartmann – Shack IOL wavefront aberration path system at 5.0mm simulated pupil diameter. 0, 0.2, 0.4, 0.6, 0.8mm, the effect on the optical imaging quality when tilting 5°, 10°, 15°, 20°, 25° to the nasal side and the temporal side, and quantitative imaging quality by high-order aberration and modulation transfer function.

• RESULTS: The Temnis ZA9003 MTF value was higher than AR40e and Tecnis ZM900 when inclinationed within 5°, while the three IOL MTF values were significantly different when inclinationed 5°, 10°, 15°, and 20°. Tecnis ZA9003 The IOL inclination angle was significantly positively correlated with the coma (r = 0.842, P < 0.001), and there was no significant correlation with the spherical aberration (r = 0.229, P = 0.241). The three IOL MTF values were obtained when the eccentricity was 0.6 and 0.8 mm. Significant differences (both P < 0.001), the imaging quality of the Tecnis ZM900 eccentricity greater than 0.4mm decreased significantly.

• CONCLUSION: When the inclination of aspheric IOL (-0.27  $\mu$ m spherical aberration) is less than 5° and the eccentricity is less than 0.4mm, aspherical IOL has a better imaging quality than that of spherical IOL. Tecnis ZM900 IOL has a lower optical imaging quality than that of spherical and aspheric IOL when the eccentricity of IOL is more than 0.4mm.

• KEYWORDS: intraocular lens; inclination; eccentricity; imaging quality; wavefront aberration; optical path system

**Citation**: Li CL, Cui H, Li ZR, *et al.* Effect of inclination and eccentricity of intraocular lens on optical imaging quality detected by wavefront aberration system. *Guoji Yanke Zazhi*(*Int Eye Sci*) 2019; 19(12):2071–2075

#### 0 引言

随着白内障手术技术的不断提高,人工晶状体 (intraocular lens, IOL)设计和材料的日趋完善, 越来越多 的学者已将白内障手术纳入屈光手术的范畴,这也是目前 眼科学的研究热点之一<sup>[1]</sup>。白内障手术不仅能解决白内 障造成的视觉障碍,而且可通过置换功能性 IOL 达到最佳 的视觉品质。目前可供选择的 IOL 种类繁多,包括球面、 非球面、多焦等多种设计理念的 IOL, 使个性化植入成为 可能<sup>[2]</sup>。从理论上讲, IOL 植入术后可以获得最佳视觉质 量,但这些新兴的 IOL 在眼内是否能真正实现其模拟生理 晶状体的功能而达到提高视觉质量的目的仍需深入研究。 临床观察发现,术中植入的 IOL 在眼内会出现不同程度的 倾斜和偏心<sup>[3]</sup>,可引起术后波前像差改变,视力下降,眩 光、单眼复视等现象,故准确测量 IOL 的倾斜和偏心值,观 察术后光学成像质量的变化,对于评价手术方案及选择植 入功能性 IOL 的类型具有重要的指导意义。近年研究表 明,在模型眼光路上对 IOL 的成像质量的测量结果相比于 IOL 在囊袋内的相关体内临床数据更为客观、准确<sup>[4]</sup>。本 研究旨在通过实验室搭建 Hartmann-Shack IOL 波前像差 光路系统,探讨三种不同类型(球面、非球面单焦点、非球 面多焦点)IOL 在偏心和倾斜情况下对光学成像质量的影 响,为完善白内障屈光手术及设计新一代功能性 IOL 提供 相关的理论基础。

#### 1 材料和方法

**1.1 材料** 本研究选用三种类型 IOL 进行实验,即具有正 球差的球面 IOL Sensar AR40e (Abbott Medical Optics, Inc.),具有-0.27μm球面像差的非球面单焦点 IOL Tecnis ZA9003(Abbott Medical Optics, Inc.),具有-0.27μm 球面 像差的非球面多焦点 IOL Tecnis ZM900(Abbott Medical Optics, Inc.)。三种 IOL 屈光度数均为+22.0D。

#### 1.2方法

1.2.1 搭建实验平台 实验室搭建 Hartmann-Shack IOL 波前像差光路系统,建立个性化光学人眼模型。在暗室环 境中进行,室内温度 25℃,空气湿度 20%。高强度光纤耦 合光源激光器发出单一波长氦氛激光,通过针孔形成点光 源,通过透镜后变成平面波,经偏振分光棱镜(polarization beam splitter,PBS)分束后进入测试用 IOL,反射回的光透 过分束器 PBS 后,经过 2 个等焦距的 Ø1/2 英寸消色差胶 合透镜(SM05 螺纹安装,f=25mm,增透膜 400~700nm)后 进入 Hartmann-Shack 波前传感器,可变孔径光阑位于 IOL 前 0.6mm 处,其直径调整为 5.0mm(图 1)。

1.2.2 检测方法 将待测 IOL 固定于 X 轴和 Y 轴线性调 节的光学平移装置的 THORLABS LMR05/M 固定架上,采 用生理盐水模拟房水和玻璃体液,承载于玻璃制成的水槽 内,IOL 前表面距玻璃水槽前表面 8.0mm,分别使 IOL 偏 中心 0、0.2、0.4、0.6、0.8mm,向鼻侧和颞侧倾斜 5°、10°、 15°、20°、25°,采用 ZEMAX (ZEMAX <sup>®</sup> Optical Design Program)光学设计软件实现光线追迹的方法,将模型眼的 结构参数和 IOL 各项参数输入其中。选择波长 555nm,视 场角 0°,在 5.0mm 通光孔径(模拟瞳孔直径)下对待测 IOL 分别进行连续测试。

检测过程中,激光器发出单一波长的氦氖激光,经光

束提升器调整使激光处于合适高度和水平位置。孔径光 阑位于 IOL 前 0.6mm 处,其直径可调整,以模拟人眼瞳孔 的变化。IOL 固定于三维调节架上,调整前后、左右、上 下、俯仰、旋转位置,使 IOL 光学中心部位于光轴上,保证 经 IOL 所成像的中心(光斑质心)与校准光屏上的校准点 重合,且所成像的大小、形状与 IOL 光学部完全一致 (图 2)。调整位置后,使点光源经 IOL 折射后形成平行 光,由 Hartmann-Shack 波前传感器接收形成光斑点阵, CCD 相机采集瞬时光斑点阵,将图像信息输入计算机进 行数据处理,进而求解出 Zernike 系数,重构波前。本研究 以高 阶像差、波 前点 阵模式光斑和 调制传递函数 (modulation transfer function, MTF)定量成像质量。

统计学分析:采用 SPSS 21.0 统计软件进行数据分析。 符合正态分布的计量资料采用均数±标准差表示,多组间 比较采用单因素方差分析,当差异具有统计学意义时,使 用 LSD-t 检验进行组间两两比较。相关性分析采用 Pearson 相关分析法。P<0.05 时差异具有统计学意义。 2 结果

2.1 三种 IOL 在不同倾斜角度下 MTF 值的比较 在 5.0mm 通光孔径下,三种 IOL 倾斜 0°~25°时,MTF 值均随 着倾斜度数的增加而减小,其中倾斜 5°、10°、15°、20°时三 种 IOL MTF 值差异有统计学意义(均 P < 0.05),而倾斜 0°、25°时差异无统计学意义(P > 0.05),见表 1。倾斜 5° 时,Tecnis ZA9003 MTF 值大于 Tecnis ZM900(P = 0.04); 倾斜 10°时,AR40e MTF 值大于 Tecnis ZA9003(P = 0.002) 和 Tecnis ZM900(P < 0.001);倾斜 15°时,AR40e MTF 值大 于 Tecnis ZA9003 (P = 0.005)和 Tecnis ZM900 (P = 0.007);倾斜 20°时,AR40e MTF 值大于 Tecnis ZM9003 (P < 0.001)和 Tecnis ZM900(P < 0.001),且 Tecnis ZA9003 MTF 值大于 Tecnis ZM900(P < 0.001),是异均有统计学意 义(P < 0.05)。

2.2 不同模拟瞳孔直径下 IOL MTF 值的变化 Tecnis ZA9003 倾斜 5°、10°、15°、20°、25°时,模拟瞳孔直径 3.0mm 时测得 MTF 值分别为 0.59、0.35、0.25、0.19、0.13,模拟瞳孔直径 5.0mm 时测得 MTF 值分别为 0.45、0.27、0.21、0.15、0.08,见图 3。Pearson 相关分析结果显示,模拟瞳孔直径 5.0mm 时,Tecnis ZA9003 的倾斜度数与 彗差呈显著正相关(r=0.842,P<0.001),与球面像差无显 著相关性(r=0.229,P=0.241),见图 4。

2.3 三种 IOL 在不同偏心程度下 MTF 值的比较 在 5.0mm 通光孔径下,向鼻侧和颞侧倾斜 3°,偏心 0~ 0.4mm 时,三种 IOL MTF 值差异无统计学意义(均 P> 0.05),但偏心 0.6~0.8mm 时,三种 IOL MTF 值差异有统 计学意义(均 P<0.001),见表 2。偏心 0.6mm 时,AR40e MTF 值大于 Tecnis ZA9003 和 Tecnis ZM900,且 Tecnis ZA9003 MTF 值大于 Tecnis ZM900;偏心 0.8mm 时,AR40e MTF 值大于 Tecnis ZA9003 和 Tecnis ZM900,差异均有统 计学意义(P<0.001)。图 5 所示为 IOL 光学测试系统测 量的三种 IOL 1951 USAF 测试靶的成像质量,结果显示, 随着偏心值的增加成像质量逐渐下降,Tecnis ZM900 偏心 大于 0.4mm 时成像质量明显下降,而偏心值大于 0.6mm 时 AR40e 较 Tecnis ZA9003 成像质量清晰。



图 1 Hartmann-Shack IOL 波前像差光路系统光路图。



后房型 IOL 的置入示意图。 图 2

#### 表 1 三种 IOL 在不同倾斜角度下 MTF 值的比较

MTF (%)	60 <b>•</b> 50 - 40 - 30 - 20 - 10 -		and a state of the		■… 3mm 模 ▲… 5mm 模	拟瞳孔直名
		1	1		1	
	5	10	15	20	25	30
			倾斜角	角(°)		
冬	3 不	同瞳孔直径	至下 Tecn	is ZA900	3 MTF 催	ī随倾斜

角度的变化趋势。

 $\bar{x} \pm s$ 

 $\bar{x} \pm s$ 

IOL类型	0°	5°	10°	15°	20°	25°
AR40e	$0.65 \pm 0.03$	$0.54 \pm 0.04$	0.49±0.02	0.41±0.04	0.35±0.05	0.22±0.01
Tecnis ZA9003	$0.66 \pm 0.03$	$0.55 \pm 0.03$	$0.48 \pm 0.01$	0.39±0.01	$0.25 \pm 0.02$	$0.22 \pm 0.02$
Tecnis ZM900	$0.65 \pm 0.03$	0. 53±0. 02	0.47±0.02	0. 39±0. 01	0. 21±0. 01	$0.22 \pm 0.01$
F	1. 548	4. 383	8. 582	5.357	153. 198	0.616
Р	0. 219	0.016	<0.001	0.007	<0.001	0. 543

表 2 三种 IOL 在不同偏心程度下 MTF 值的比较

IOL 类型	0mm	0. 2mm	0. 4mm	0. 6mm	0. 8mm
AR40e	$0.64 \pm 0.04$	$0.52 \pm 0.04$	0.53±0.02	0.45±0.02	0. 29±0. 01
Tecnis ZA9003	$0.65 \pm 0.03$	0. 53±0. 03	$0.53 \pm 0.02$	0.39±0.02	$0.24 \pm 0.01$
Tecnis ZM900	$0.64 \pm 0.03$	$0.53 \pm 0.02$	$0.52 \pm 0.01$	$0.32 \pm 0.01$	$0.24 \pm 0.01$
F	1.038	0. 996	1.939	394. 168	201.759
Р	0.359	0. 374	0. 150	<0.001	<0.001

#### 3 讨论

目前市场上可供选择的非球面 IOL 种类繁多,包括 -0.27、-0.20、-0.18、0µm 等多种设计理念的非球面 IOL,使个性化植入成为可能<sup>[5]</sup>。从理论上讲,植入非球面 IOL 后,角膜和 IOL 的像差可以得到相互补偿,从而获得 最佳视觉质量<sup>[6]</sup>。临床观察发现,白内障术后 IOL 的稳定 性可发生变化,如术后晶状体囊袋收缩、手术因素、IOL的 不对称植入、后囊破裂等引起的 IOL 倾斜和偏心,均可对 IOL 的稳定性造成不可忽视的影响<sup>[7]</sup>。目前测量 IOL 偏 心多采用 Scheimpflug 像法<sup>[8]</sup>和 Purkinje 像法<sup>[9]</sup>,但两者的 准确性和一致性较差。此外,临床试验中倾斜和偏心值是 相对于视轴,由于 kappa 角等因素的存在,视轴并不一定 是从瞳孔中心通过,结果与实际情况存在差异,因此如何 客观地评价不同类型 IOL 离体状态下倾斜和偏心引起的 光学成像质量也是一个关键问题。

从物理光学的角度出发,实际波前与理想波前的差异 即为波前像差(wavefront aberration)<sup>[10]</sup>,其已成为研究人 眼视网膜成像质量诊断和评价的有效手段。波前像差信 息的输出有多种方式,如视网膜点扩展函数(point spread function, PSF)、相位传递函数(phase transfer function, PTF)、波前像差图、MTF和 Zernike 多项式等,其中后两者 最为常用<sup>[11-12]</sup>。MTF 值描述的是 MTF 曲线在空间频率到



图 5 三种 IOL 在不同偏心程度下的成像质量。

达该频率值时,就会到达分辨率极限,是评价光学成像质 量的客观指标,不受主观因素(对比敏感度)的干扰。MTF 值越大,成像质量越清晰,视网膜成像质量越好,能够客观 地反映 IOL 眼整个屈光系统的光学成像质量<sup>[13]</sup>。PSF 反 映一个光点投射到视网膜上后发生的光强度和位置的偏 差,是通过形成的光斑面积大小和光斑光强度对成像质量 进行评估<sup>[14]</sup>。本研究采用 MTF 值客观评价光学成像质 量,发现 MTF 值随着倾斜度数的增加而减小,倾斜 5°以 内,Tecnis ZA9003 的 MTF 值高于 AR40e,但是倾斜 10°、 15°、20°时 Tecnis ZA9003 的 MTF 值明显低于 AR40e。偏 心 0~0.4mm 时三种 IOL 的 MTF 值无统计学差异, 而偏心 0.6~0.8mm 时三种 IOL 的 MTF 值有显著差异。IOL 光学 测试系统测量的 1951 USAF 测试靶的成像质量结果显示, 随着偏心值增加成像质量逐渐下降, Tecnis ZM900 偏心大 于 0.4mm 时成像质量明显下降, 而偏心大于 0.6mm 时 AR40e 较 Tecnis ZA9003 成像质量清晰。Holladay 等<sup>[15]</sup>研 究表明,非球面 IOL 的倾斜度需小于 7°,而偏心量小于 0.4mm 状态下可获得比传统球面 IOL 更好的视觉质量。 Piers 等<sup>[16]</sup>采用接近生理的人眼模型研究发现,倾斜和偏 心值分别为 10°和 0.8mm, Tecnis ZA9003 非球面 IOL 的视 觉质量低于球面 IOL。而本研究结果显示,倾斜度需小于 5°,而偏心量应小于 0.4mm 时非球面 IOL 才能获得比球

#### 面 IOL 更好的光学成像质量。

Oshika 等<sup>[17]</sup>研究表明, IOL 倾斜程度与彗差呈正相 关。Atchison<sup>[18]</sup>也指出,非球面 IOL 发生倾斜或偏心,人 眼彗差和散光会增大,导致视觉质量下降。本研究结果显 示, Tecnis ZA9003 IOL 的倾斜角与彗差之间呈显著正相 关,与球面像差无显著相关性,与上述研究结果基本一致。 Tecnis ZA9003 具有-0.27μm 负球差,倾斜后更容易影响 视觉质量,可能原因是负球差 IOL 倾斜和偏心可引入新的 像差导致眼内总高阶像差增加。本研究选择的三种 IOL 全长、折射率和材料等较为相近。AR40e 是球面 IOL, 而 Tecnis ZA9003 和 Tecnis ZM900 是负球差-0.27µm 非球面 单焦点和衍射型多焦点 IOL,可排除倾斜和偏心以外的相 关因素。有研究利用光学人眼模型眼研究 IOL 倾斜与偏 心对高阶像差的影响,实验表明瞳孔大小为最大的影响因 素(54.9%),其次为 IOL 偏心(22.7%)、模型眼自身因素 (16.6%)、IOL 倾斜角度(5.7%)<sup>[3]</sup>。Pieh 等<sup>[19]</sup>体外研究 表明,当瞳孔直径较小时(3.0mm),IOL 倾斜和偏心对视 觉质量影响不大。因此本研究设定 5.0mm 的人工瞳孔, 发现三种 IOL 倾斜和偏心与光学成像质量各指标之间具 有一定的相关性,非球面 IOL 一定范围内的倾斜和偏心不 会显著降低光学成像质量。

综上,本研究表明,具有-0.27μm 球差的非球面 IOL

倾斜度小于 5°,偏心小于 0.4mm 内会获得比球面 IOL 更 好的光学成像质量。Tecnis ZM900 IOL 偏心大于 0.4mm 时较球面和非球面单焦点 IOL 的光学成像质量降低。本 研究首次于实验室搭建 Hartmann-Shack IOL 波前像差光 路系统离体测试和分析不同类型 IOL 偏心和倾斜对光学 成像质量的影响,无需受试者主观参与,实验结果客观,具 有较高的重复性、稳定性和创新性。但本研究仅初步离体 测试和分析不同类型 IOL 在倾斜和偏心下的光学成像质 量,还有待进一步深入研究。在以后的研究中,我们考虑 综合手术、个体变异性、后房深度偏差、瞳孔等各种因素以 及联合主观问卷调查、波前像差仪、对比敏感度等检查结 果,对各种 IOL 的成像质量和光学特性做出更加精确、客 观的研究和整合评价。

#### 参考文献

1 杨光耀,张佳晴,罗莉霞. 白内障术后前房深度的变化对术后屈光 漂移的影响. 国际眼科杂志 2019; 19(10): 1676-1678

2 刘彧琦, 王静, 张劲松. 非恒定像差非球面人工晶状体的研究现状 与进展. 国际眼科杂志 2019; 19(2): 248-251

3 McKelvie J, McArdle B, McGhee C. The influence of tilt, decentration, and pupil size on the higher-order aberration profile of aspheric intraocular lenses. *Ophthalmology* 2011; 118(9): 1724–1731

4 Das KK, Werner L, Collins S, *et al. In vitro* and schematic model eye assessment of glare or positive dysphotopsia-type photic phenomena: Comparison of a new material IOL to other monofocal IOLs. *J Cataract Refract Surg* 2019; 45(2): 219-227

5 Lasta M, Miháltz K, Kovács I, *et al.* Effect of Spherical Aberration on the Optical Quality after Implantation of Two Different Aspherical Intraocular Lenses. *J Ophthalmol* 2017; 2017: 8039719

6 马瑶,马忠旭,高原,等.高阶像差及散射光对非球面 IOL 眼视网 膜成像质量的影响.中华实验眼科杂志 2016;34(3):254-259

7 张绍阳, 李莉. 白內障术后晶状体前囊膜收缩对人工晶状体偏心 的影响. 国际眼科杂志 2019; 19(9):1583-1585

8 Kirgiz A, Atalay K, Kaldirim H, *et al.* Scheimpflug camera combined with placido-disk corneal topography and optical biometry for intraocular lens power calculation. *Int Ophthalmol* 2017; 37(4): 781-786

9 Kumar DA, Agarwal A, Madhivanan N, *et al.* Dynamic tracking of Purkinje images for the comparison of pseudophakodonesis between inthe-bag and secondary fixated intraocular lenses. *J Cataract Refract Surg* 2018; 44(4): 479-486

10 Jiang L, Zhang X, Fang F, *et al.* Wavefront aberration metrology based on transmitted fringe deflectometry. *Appl Opt* 2017; 56(26): 7396–7403

11 Larry N. Calculation of the geometrical point-spread function from wavefront aberrations. *Ophthalmic Physiol Opt* 2019; 39(4): 232-244

12 Hart M, Milton NM, Baranec C, et al. A ground-layer adaptive optics system with multiple laser guide stars. *Nature* 2010; 466(7307): 727-729

13 Ortiz C, Esteve – Taboada JJ, Belda – Salmerón L, *et al.* Effect of Decentration on the Optical Quality of Two Intraocular Lenses. *Optom Vis* Sci 2016; 93(12): 1552–1559

14 Pérez-Vives C, Ferrer-Blasco T, García-Lázaro S, *et al.* Optical quality comparison between spherical and aspheric toric intraocular lenses. *Eur J Ophthalmol* 2014;24(5): 699-706

15 Holladay JT, Piers PA, Koranyi G, *et al.* A new intraocular lens design to reduce spherical aberration of pseudophakic eyes. *J Refract Surg* 2002; 18(6): 683–691

16 Piers PA, Weeber HA, Artal P, *et al.* Theoretical comparison of aberration – correcting customized and aspheric intraocular lenses. *J Refract Surg* 2007; 23(4): 374–384

17 Oshika T, Sugita G, Miyata K, *et al.* Influence of tilt and decentration of scleral – sutured intraocular lens on ocular higher – orderwavefront aberration. *Br J Ophthalmol* 2007; 91(2): 185–188

18 Atchison DA. Design of aspheric intraocular lenses. *Ophthalmic Physiol Opt* 2010;11(2): 137-146

19 Pieh S, Fiala W, Malz A, *et al. In vitro* strehl ratios with spherical, aberration-free, average, and customized spherical aberration-correcting intraocular lenses. *Invest Ophthalmol Vis Sci* 2009; 50(3): 1264–1270