色素レーザーによる網膜光凝固, とくに網膜下出血に

対する効果について (図13)

三 上 雅 子·野 寄 喜美春 (埼玉医科大学眼科)

Photocoagulation Effects of Dye Lasers on Chorioretinal Lesions with Subretinal Hemorrhage

Masako Mikami

Department of Ophthalmology, Saitama Medical School

要 約

サル眼底後極部に Nd-YAG レーザーを照射して,網膜下出血を作製し,色素レーザーの590nm (橙) およ び630nm(赤)の2波長を選んで,光凝固を行なった.また黄斑部へも同様の波長で光凝固を行ない,レーザー 光の波長による凝固効果を,検眼鏡及び組織学的に検討した.照射条件は網膜下出血部へは,凝固時間:0.5 sec,スポットサイズ:500 μ m,出力:200mW,250mW で行ない,黄斑部へは,凝固時間:0.1sec,スポット サイズ:100 μ m,出力:50mW とした.直後と1カ月後に,眼球を摘出し,組織学的に検討を行なった.その 結果,網膜下出血部の厚さが0.2mm 以下の場合,590nm では,エネルギーが血液層に吸収され,網膜色素上 皮以下には凝固効果がみられなかった.しかし630nm では,血液層を透過し,網膜色素上皮,脈絡膜へ凝固効 果がおよぶことが認められた.また黄斑部では2波長ともほぼ同様の結果で,外網状層以下の網膜外層に凝固 効果が見られた.(日眼 92:468-476,1988)

キーワード:色素レーザー,選択凝固,Nd-YAG レーザー,網膜下出血

Abstract

We performed dye laser photocoagulation with 590nm and 630nm beams in with subretinal hemorrhage lesions and normal macula in monkey eyes. Photocoagulations were performet in shots of 0.5 sec irradiation time, 500μ m in spot size and 200, 250mW in power on lesion subretinal hemorrhage, and lesion in 0.1 sec shots of 100 μ m and 50 mW on the normal macula. When the subretinal hemorrhage was measured at a defth of 0.2 mm thickness on the microscope slide, was photocoagulation effects by the 590nm beam were recognized in the retinal epithelium and choroid, due to the fact that most of the laser energy was absorbed by the hemoglobin. On the other hand, the 630 beam was transmitted through the subretinal hemorrhage, and produced coagulation effects at the level of the pigment epithelium and choroid. Lesions in the macula produced by those laser beams showed similar effects in the outer retinal layer. (Acta Soc Ophthalmol Jpn 92: 468-476, 1988)

Key words : Dye laser, Selected photocoagulation, Pulsed Nd-YAG dye laser, Subretinal hemorrhage

別刷請求先:350-04 埼玉県入間郡毛呂山町毛呂本郷38 埼玉医科大学眼科学教室 三上 雅子 (昭和62年10月5日受付)

Reprint requests to: Masako Mikami, M.D. Dept. of Ophthalmol., Saitama Medical School 38 Morohongo, Moroyama-machi, Iruma-gui, Saitama 350-04, Japan (Accepted October 5, 1987)

I 緒 言

レーザーの眼科臨床への応用は、1963年のルビー レーザーの開発以来大きく発展してきていた.現在, 網膜のレーザー光凝固には、Argon¹⁾(Arと略)およ び Krypton(Kr と略)^{2)~4)}レーザーが, 一般的に使用さ れているが, レーザー光の波長特性とそれに対する組 織の吸収率により、それぞれ凝固効果が異なっている. 例えば Ar レーザー光はヘモグロビンに吸収されやす く,網膜の血管病変の凝固に適応であるが,一方に Kr レーザーはヘモグロビン,キサントフィルに吸収され がたく、出血を伴なう疾患や、黄斑部疾患の治療に適 している. すなわちレーザー光凝固は, レーザー光の 単色性と組織の吸光特性との相関を利用した選択的凝 固を理想としているが、この意味で近年実用化された 色素レーザーは577nmの黄色から630nmの赤色まで 連続的に発振可能であり、より理想に近い凝固装置と いうことができる。既に色素レーザーの臨床応用は2, 3報告されているが5)6),臨床応用に際しての基礎的特 性についてはいまだ充分に検索されていない. 我々は 色素レーザーを安全かつ有効に臨床に応用するため, 組織学的検索を含む基礎実験を行なった.

II 実験装置,材料および方法

1. 実験装置

Coherent 社製 Argon/Dye レーザーシステム920を 用いた.本機は媒質として rodamin 6G 色素溶液を用 い, Ar レーザー (5W) で励起して, レーザー光を発 振するものである. 従って Ar レーザーと色素 レー ザーの発振領域を含んでいる. すなわち Ar レーザー の488nm(青), 514nm(緑)と色素レーザーの577nm (黄)~630nm(赤)である. 最高発振出力は波長によっ て異なるが, 最も大きいのは590nm で0.9W, 小さいの は630nm で0.4W である. 実際の装置ではコントロー ルパネルに任意の波長が発振できるように、デジタル のタッチパネルがあり、1nmの間隔で連続的に波長が 可変できる.またメモリー機構により、日常、汎用す る波長を4種記憶させることも可能である(図1).そ の他,照射時間は0.02sec~連続,スポットサイズは 50~2,000µm で従来の光凝固装置とほぼ同じ性能を 有している.

2. 実験材料と方法

実験には家兎5羽10眼と成熟ニホンザル (MA cacus fuscatus) (体重5~8kg) 5頭10眼を用いた.ま



図1 Coherent 社製 Argon/Dye レーザー光凝固装 置. 従来の装置と異なって、ブッシュボタンにより 1nm ずつ波長を可変選択できる (→).

ず基礎的なデータを得るために有色家兎にて実験を行 ない、その上で猿眼を使用した.

1) 基礎実験

実験に使用する代表的波長を選択する目的で、577、590、610、630nmの4波長を用い、血液層に対する透過、吸収の基礎実験を行った.すなわち2枚のスライドグラス(0.1mm厚)の一端に0.2mmのスペーサーをはさみ、連続的に厚さの変化する血液層を作り、その下に写真撮影用フイルム(富士ネオバンF)を置き照射を行った.血液側から横に一列に、同一条件にて上記の4波長を照射し、その下のフィルムに対する影響を調べた(図2).

2) 網膜下出血及び黄斑部への凝固

網膜下出血の作製には、Chino¹¹⁾,大木ら¹⁶⁾が発表し たYAG レーザーを照射する方法を採用した.本法は 周辺網膜への影響が少なく、また繰り返して安定した 網膜下出血が得られる.まず成熟ニホンザルをケタ ラール[®](塩酸ケタミン)筋注(約3cc)により導入麻 酔を行い、ネンブタール[®](ペントバルビタールナトリ ウム)の静注を適時追加しながら麻酔を行った.ミド リンP[®](トロビカミド塩酸フェニレフェリン)で十分 に散瞳したのち、YAG レーザーを眼底に照射し網膜 下出血を作成した.ついで網膜下出血部の周辺に色素 レーザーによる凝固を加えた、凝固条件は、L'Esperan120 - (470)

日眼会誌 92巻 3号



厚さの変化する血液層の下に,感光フイルムを置き, 横に一列にレーザー照射を行ない,レーザーの波長 と血液の厚さによる透過性を調べた.照射条件は一 定.

ce 分類の Grade 2~3 度の凝固斑が得られるよう に, 凝固時間;0.5sec, スポットサイズ;500µm, 出 力;200mW, 250mW にて行った.

また出血のない黄斑部への凝固は、中心窩近傍に Grade 2程度の凝固斑が得られるように凝固時間; 0.1sec, スポットサイズ;100μm,出力;50mWと設 定した.

それぞれ凝固直後,1週間,2週間,4週間後に眼 底を観察し,眼底カメラで記録した.また組織学的検 索は,直後と4週間後に眼球を摘出して行なった.

光学顕微鏡(以下光顕と略)用試料作製は、1%グ ルタールアルデヒド、4%ホルムアルデヒドの混合固 定液に24時間浸し固定を行い、エタノール系で脱水し てパラフィンで包埋し、5µmの連続切片を作成したの ち、HE 染色を施した.

電子顕微鏡(以下電顕と略)用試料作製は光顕同様 の固定後,2.5%オスミウム酸燐酸緩衝液で後固定1時 間を行ったのち,エタノール系列で脱水し,エポキシ 樹脂で包埋した.標本はReichert Ultracut OmU4で 切片を作製し,トルイジンブルーで染色し,光顕観察 用として凝固斑を確認した.その後,超薄切片を作製 し,ウラニウムと酢酸鉛の二重染色を施し,JEM-100 S型電顕にて観察記録した.

III 実験結果

1. 基礎実験

0.2mm 以下の薄層の血液に577, 590, 610, 630nm の 4 つの異なった波長を用い,出力300mW, 凝固時間0.5 sec, スポットサイズ500µm の凝固条件で照射を行 なった結果, 577, 590の波長では血液およびその直下



図3 実験の結果:上方が血液で,下がそれに対応す るフイルム.577(黄),590nm(橙)では,エネルギー の多くが血液(ヘモグロビン)に吸収され,上の血 液層では厚い左側に凝固斑が見られ,下のフイルム には,血液層の薄い部分のみ凝固斑が認められる. しかし610,630nmでは大部分が血液層を透過する ので,血液には凝固斑が見られず,フイルムに凝固 斑が認められる.

のフイルムに熱変化を認めた.一方,610,630nmの波 長の長い群では血液には変化がみられなかったが,直 下のフイルムには熱変化を観察した(図3).この事実 より,血液に吸光される590nmと血液に吸光されない 630nmを代表波長として実験を行なった.

2. 網膜下出血部への凝固実験

1) 検眼鏡的所見

590, 630nm の 2 波長で, サイズを500 μ m と固定し, それぞれ出力200mW, 250mW で凝固を行なった。凝 固斑は出力に応じて,大きさおよび凝固の強さが異 なったが,同一条件では590nm の波長による凝固斑の 方が, 630nm によるものよりやや白色調が強かった (図 4).

2) 組織学的所見

(1) 凝固直後

590nm:網膜下出血層に限局した熱凝固による変化 があり,変性した赤血球の凝集がみられた.その部位 に接した視細胞層は変性し破壊されていた.外顆粒層 では核の濃縮と空胞化が著明で,外網状層では網状構 造が失われ,エオジンに均一に染まっていた.しかし 内顆粒層など網膜内層に凝固による変化がみられな



図4 網膜下出血部に光凝固を行った直後の眼底(サル眼). 590nmの凝固斑の方がやや混濁が強く認められる.中央は Nd-YAG による凝固斑.



図5 590nmの凝固直後の光顕写真(H.E 染色,×400 倍)外網状層まで,凝固効果が認められ赤血球は熱 凝固されている(→). 脈絡膜毛細血管板は開存して いる. SRH; subretinal hemorrhage, RPE: retinal pigment epithelium, RC: rod and cone layer, ONL: outer nuclear layer, INL: inner nuclear layer.

かった.一方,網膜下の熱による赤血球凝集部に接す る網膜色素上皮は光顕上変化が無く,また脈絡膜毛細 血管板に著変はみられなかった(図5).電顕による観 察でも網膜色素上皮が正常構造を保っており,またブ ルッフ膜にも変化がみられなかった(図6).

630nm:この波長による凝固では,感覚上皮の変化 は590nm でみられた組織変化と類似しており,視細 胞,外顆粒層,外網状層の網膜外層に凝固壊死がみら れた.しかし網膜下の血液層には,凝固部でも著変は みられず,一方,網膜色素上皮の基底部の空胞化がみ られ,凝固縁では網膜色素上皮剝離が観察された.ま



図 6 590nm で凝固直後の電顕写真. (ウラニュウム 酢酸鉛染色,×4,500倍) 色素上皮, ブルッフ膜, 脈 絡膜に大きな変化は認められない. BM: Bruch's membrane, CHO: choroid, -: 9μm

た脈絡膜毛細血管板および一部の脈絡膜大血管に血栓 形成による閉塞が認められた(図7). 電顕による観察 では,網膜色素上皮細胞の核の空胞化,壊死が認めら れ,ブルッフ膜の三層構造もはっきりしない.また脈 絡膜毛細血管板は閉塞していた(図8).

(2) 4 週間後

590nm:網膜下出血は既に吸収されており,視細胞 層,外顆粒層,外網状層は消失していたが,内顆粒層 から網膜内層まで正常構造を保っていた.ブルッフ膜 は連続性を維持し,網膜色素上皮は比較的正常構造で あった.また脈絡膜毛細血管板の閉塞所見は認められ ず,従って脈絡膜への凝固の影響はみられなかった(図 9).

630nm:590nm 同様,内顆粒層より内層は正常構造 を保っていたが,視細胞層,外顆粒層は消失しており, また凝固中心部では網膜色素上皮は消失していた.そ の内層には色素顆粒に富んだ紡錘型細胞の増殖がみら れたが,ブルッフ膜は連続性を保っていた.さらにそ の内層には色素に富んだ大きなマクロファージが遊走 していた.脈絡膜毛細血管板は完全に閉塞しており,



図7 630nm で凝固直後の光顕写真.(H.E 染色,× 400倍)外網状層の空胞化が認められるが,それより. 内層の変化はない.また脈絡膜毛細血管板は閉塞し ており,脈絡膜大血管にも一部血栓が見られる(→).



図 8 630nm で凝固直後の電顕写真.(ウラニュウム 酢酸鉛染色,×4,800倍)色素上皮細胞は連続性が断 たれ,ブルッフ膜の断裂はないが三層構造ははっき りしない.-: 5µm



図 9 590nm で凝固後 4 週間の光顕写真.(H.E 染 色,×400倍)凝固直後同様,色素上皮,ブルッフ膜, 脈絡膜に大きな変化は認められない.



図10 630nm で凝固後 4 週間の光顕写真.(H.E 染 色,×400倍)色素上皮は消失し紡錘型細胞の増殖が みられた.脈絡膜毛細血管,大血管は閉塞していた.



図11 正常黄斑部(サル限)の凝固直後の眼底写真. 上が590nm,下が630nmの凝固斑で波長による違い は著明に見られない.凝固時間:0.1sec,スポットサ イズ:100μm,出力:50mW



⊠12-a





図12 凝固直後の黄斑部の光顕写真。(H.E 染色,× 400倍)a-590nm, b-630nm, 両者とも外網状層の一 部まで凝固が及んでおり,色素上皮は断裂し, 脈絡 膜毛細血管板も凝固中心部では閉塞していた. OPL: outer plexiform layer.



図13-a





図13 凝固後4週間の黄斑部の光顕写真.(H.E 染 色,×400倍)a-590nm,b-630nm,両者とも色素上 皮は凝固中心部では消失し脈絡膜毛細血管も閉塞し ていた.脈絡膜大血管に変化は認められない. 124 - (474)

脈絡膜大血管も閉塞していた(図10).

3. 黄斑部への凝固実験

1) 検眼鏡的所見

590, 630nm ともほぼ同じ強さの淡い灰白色の凝固 斑がみられ,波長による大きな差は観察されなかった (図11).4週間後の所見は両者において類似しており, 凝固斑に一致した色素沈着を認めた.

2) 組織学的所見

(1) 凝固直後

590nm:光凝固に一致した部位では熱凝固壊死に陥 り,網膜色素上皮は一部消失していた.また視細胞層 に凝固中心部で強い壊死性変化が観察された.外顆粒 層には核の濃縮,配列の乱れがあり,外網状層にも変 性が認められた.さらに凝固中心部では脈絡膜毛細血 管板は閉塞していた(図12-a).

630nm: 590nm でみられた組織所見とほぼ同様で, 両者に差異はみられなかった(図12-b).

(2) 4 週後

590,630nmとほぼ同様の組織変化であった.網膜色素上皮は一部消失しマクロファージの遊走が認められ,視細胞層は消失し,外顆粒層は菲薄化していた. 脈絡膜毛細血管板は一部閉塞していたが,脈絡膜の大血管には変化がみられなかった(図13-a, b).

IV 考 察

レーザー光の特性の中でも最も特徴のある単色性 は、これを応用した多くの研究がある1)、例えば眼底疾 患に対する光凝固は,現在 Ar および Kr レーザーが汎 用されているが、これは主として波長により異なる網 膜凝固効果を利用したものである8)~11)16) とくに Kr レーザー(赤色)はAr レーザーに比べ長波長であるた めに, 色素上皮層, 脈絡膜など深部到達性が高く, さ らにヘモグロビンに吸収され難いため、出血を伴なう 眼底疾患に対し、有効かつ合併症の少ない凝固治療が 可能とされている¹²⁾¹³⁾.また Kr レーザー (赤色)およ びArレーザーの緑色は、キサントフィルに対する吸 収率が低いため,視力に大きく影響する黄斑部疾患の 凝固に適している2)~4). このように波長の異なるレー ザーを適時選択することにより、精密な光凝固治療が 可能となりつつある。しかしさらに精密に単色性を利 用した光凝固を行うには,各種の異なった主波長を有 するレーザーを選択使用する必要がある.

この意味で色素レーザーは、577nm~630nmの間を 1nm ずつ連続的に波長の変更ができ、種々の眼底の病 変に対応した波長を選択して凝固が可能なすぐれた装 置といえる.しかし発振する波長の範囲はキサント フィルに対する吸収率はほぼ一定で,ヘモグロビンと くに酸化ヘモグロビンに対しては,その吸収率が著し く変化している.したがって黄斑部疾患への適応性は よいが,併発する網膜下出血のある場合には,わずか な波長の差が凝固効果に大きな影響を与えることが考 えられる.そのため動物実験に先立ち,血液層に対し 色素レーザーの代表的波長である577,590,610,630 nmの4波長を用い,基礎実験を行った.結果は前述し たごとく,590nmと630nmでは血液層を透過しての凝 固効果に大きな差が生じた.これは主として血液中の ヘモグロビンの吸収率によるものと思われたので,以 上の結果を考慮した上で動物実験を行なった.

網膜下出血のモデル眼の作製には,越生,井上ら¹⁴⁾¹⁵⁾の報告した手術的方法と,我々の報告したYAGレー ザーを利用する非手術的方法があるが,後者は非観血 的で,しかも安定したモデル眼を作製することができ る¹⁶⁾.網膜下出血は光顕標本上,最も厚いところで0.4 mm あったが,実際に凝固に使用した場合はYAG レーザー照射の影響を避け,しかも網脈絡膜への凝固 効果を正確に得るために,周辺の血液層の比較的薄い 部分(約0.2mm)で行った.

その結果を組織学的に検討すると、血液層が存在した場合の網膜への影響は、590nm、630nmとも外網状層まで凝固効果が認められ、大差はみられなかった。しかし、脈絡膜への影響は、590nmでは血液層に凝固による赤血球の凝集はあったが、脈絡膜毛細血管板は開存していた一方630nmでは血液層の変化は認められず、脈絡膜毛細血管板は閉塞し、さらに大血管の一部に血栓形成が認められた。すなわち血液層が0.2mm程度の場合、590nmでは凝固エネルギーは血液層に吸収されて脈絡膜へ到達せず、630nmでは一部が血液層を透過し、脈絡膜へ凝固効果が及ぶことが推測された。

このような網膜下出血部での凝固効果の差は,主と してレーザー光に対するヘモグロビンの吸収率の差に よるものと思われる.また酸化ヘモグロビンか,還元 ヘモグロビンの混合比により吸収率が変わり,さらに 血液層の厚さによっても,網脈絡膜への凝固効果が影 響されることが予想される.Geeraets ら¹⁷⁾は590nm で は,酸化ヘモグロビン,還元ヘモグロビンともに 62~64%の吸収率であるが,630nm では酸化ヘモグロ ビンでは33%,還元ヘモグロビンでは8%と報告して いる.また Delori¹⁸⁾は厚さ0.1mm の血液が存在した 場合, Kr レーザーの赤色光 (647nm) は動脈血か静脈 血かにより吸収率が3~19%と変化し, Kr レーザーの 黄色光 (568nm)では動静脈血とも吸収率は93%と報告 されている. さらに Folk ら¹⁹⁾は Kr レーザーの赤色光 では, 1層の赤血球では透過率は43~53%であるが, 4層になると2.2%~4.8%に低下すると報告してい る. すなわち酸化ヘモグロビンが多い出血や血液層が 厚い場合には,かなりのレーザーエネルギーが吸収さ れることが考えられる.

今回の実験では前述のごとく、網膜下出血周辺部の 血液層の厚さが約0.2mm 以下の部分に凝固を行なっ たが、酸化ヘモグロビン、還元ヘモグロビンの混合比 は不明である.従って詳細な検討は困難であるが、予 備実験と組織所見とによって590,630nm 両者の間で は、血液層を介しての網脈絡膜の凝固効果に、明らか に違いがあることが判明した.さらに正常黄斑部への 凝固では、590,630nm ともに外網状層の一部に変化が 認められたが、主に網膜外層に凝固効果が認められた、 これは590,630nm では黄斑部の外網状層に存在する キサントフィルに吸収され難いためと考えられる.こ の事実は中心視力に大きな影響をもつ黄斑部疾患への 凝固治療が、比較的安全に行ないうる可能性を示唆し ている.

L'Esperance⁵⁾は既に色素レーザーを臨床応用して おり、2~3の報告をおこなっている.赤色光の630nm はほぼ Kr レーザーと同様の凝固効果が得られ、網膜 色素上皮, 脈絡膜への吸収率が良く, ヘモグロビンに は吸収され難いことより, 網脈絡膜の癒着効果が要求 される裂孔,周辺部変性や出血を伴う網膜下新生血管 の凝固治療に適しているとしている。また黄色光(代 表的波長577nm)はヘモグロビンの吸収率が良く,網膜 血管性腫瘍や乳頭上新生血管の直接凝固に効果的であ ると報告している、一方その中間の波長である橙色光, (590nm)ではヘモグロビンの吸収率は約64%と高く, 網膜色素上皮の吸収率も高く新生血管黄斑症や脈絡膜 血管腫に適していると報告している5)6). 眼底疾患では 出血を伴なうことが多いが、今回の実験では630nmの 波長では血液層を透過し網膜色素上皮, 脈絡膜まで凝 固効果が及ぶことが認められ, Kr レーザーと同様に出 血性網膜疾患へ凝固治療が期待される. 色素レーザー はその病態に応じ, 選択凝固が可能であり, 種々の疾 患に対して今後幅広い応用が期待される.

文 献1)野寄喜美春,清水弘一,糸井素一:レーザー眼科

学. 東京, 医学書院, 1983.

- Bird AC, Gray HB: Photocoagulation of disciform macular lesions with krypton laser. Brit J Ophthalmol 63: 669-673, 1979.
- Yannuzzi LA: Krypton red laser photocoagulation for subretinal neovascularization. Retina 2: 1-14, 1982.
- 4) Yassur Y, Axer-Siegel R, Cohen S, et al: Treatment of neovascular senile maculopathy at the foveal capillary free zone with red krypton laser. Retina 2: 127-133, 1982.
- L'Esperance FA: Clinical photocoagulation with the organic dye laser. Arch Ophthalmol 103:1312-1316, 1985.
- L'Esperance FA: Clinical applications of the organic dye laser. Ophthalmology 92: 1592-1600, 1985.
- 7) Jose MB, Hovard CC, Carol ML: A clinicopathologic study of dye laser photocoagulation on primate retina. Retina 7: 46-57, 1987.
- L'Esperance FA: The ocular histopathologic effect of krypton and argon laser radiation. Am J Ophthalmol 68: 263–273, 1969.
- Marshall J, Bird A: A comparative histopathological study of argon and krypton laser irradiation of the human retina. Br J Ophthalmol 63: 657-668, 1979.
- 10) Coscas G, Soubranne G: The effects of red krypton and green argon laser on the foveal region. A clinical and experimental study. Ophthalmology 90: 1013-1022, 1983.
- Chino K, Ohki R, Noyori K: Krypton and argon laser photocoagulation effects in subretinal hemorrhage. Jpn J Ophthalmol 30: 282 -287, 1986.
- 12) 岡野 正,米谷 新,村岡兼光他:糖尿病性網膜症 に対するクリプトンとアルゴンレザー光凝固の比 較. 臨眼 39:439-443, 1985.
- 13) 岸 茂,玉井嗣彦,上野脩幸他:網膜静脈閉塞症 に対するクリプトンレーザー光凝固症例の検討 (続報).眼紀 38:1005-1012,1987.
- 14) 越生 晶:網膜下出血の吸吸過程に関する実験的 研究.第1報、出血後,早期における赤血球の貧食 と消化過程について.日眼 82:428-441,1978.
- 15) 井上一紀,白木邦彦,三木徳彦:網膜下出血に対す るレーザー光凝固後の組織学的検討.眼紀 36: 1379-1383, 1985.
- 16) 大木隆太郎,野寄喜美春: クリプトンおよびアル ゴンレーザー光凝固の網脈絡膜に対する効果.日 眼 91:213-219,1987.
- 17) Geeraets WJ: The relative absorption of

thermal energy in retina and choroid. Invest Ophthalmol 1: 340-345, 1962.

18) Delori FC, Pomerantzeff O: Monochromatic Examination and Treatment in Freeman HM, Hirose T, Schepens CL, (ed): Vitreous surgery and advanced fundus diagnosis and treatment. New York, Appleton-Century-Croft, 1977.

19) Folk JC, Shortt SG, Kleiber PD: Experiments on the absorption of argon and krypton laser by blood. Ophthalmology 92: 100-108, 1985.